

کاربردهای بالقوه باکتریوفاژها در پزشکی؛ تصویربرداری پزشکی، رسانش هدفمند دارو و ژن

*^۱ محمد خلچ کندری

(۱) گروه علوم جانوری، دانشکده علوم طبیعی، دانشگاه تبریز، تبریز، ایران

تاریخ پذیرش: ۹۳/۳/۲۰

تاریخ دریافت: ۹۲/۱۱/۴

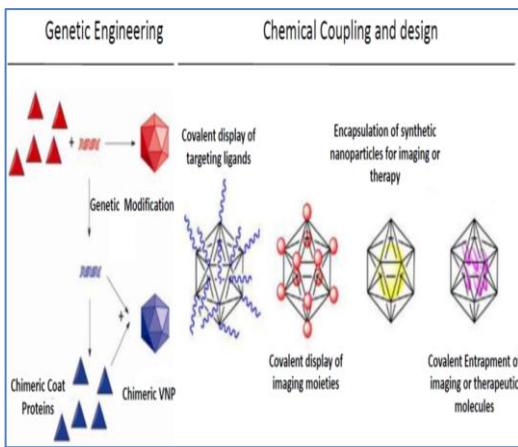
چکیده

علی رغم پیشرفت های حاصل در روش های درمانی و آشکارسازی، و نیز یافتن داروهای موثر در درمان بیماری هایی مثل سرطان، استفاده از آن ها در بیماران همراه با عوارض جانبی شدید می باشد. زیرا اغلب این داروها اختصاصی سلول های سرطانی نبوده، بر سلول های طبیعی نیز تاثیر می گذارند. بنا بر این رسانش هدفمند مواد درمانی حائز اهمیت فوق العاده ای است. باکتریوفاژها زیر گروهی از نانوذرات ویروسی (VNPs) هستند که پتانسیل انتقال هدفمند مواد درمانی به سلول ها و بافت های هدف را دارند و در سال های اخیر از این جنبه مورد توجه پژوهشگران قرار گرفته اند. مطالعات مختلف نشان می دهند که باکتریوفاژها نه تنها توانایی انتقال هدفمند سازه های ژنی، مواد درمانی و مواد تصویربرداری به سلول ها و بافت های هدف را دارند بلکه دارای توزیع بافتی و پاک سازی از خون بسیار مناسبی نیز هستند. هم چین، تصاویر حاصل از روش های تصویربرداری مختلف رادیواکتیو و نوری به علت نفوذ بافتی بالا در روش استفاده از باکتریوفاژها وضوح بسیار خوبی دارند. گذشته از این، روش های مبتنی بر باکتریوفاژها دارای مزایایی از قبیل بی خطری و هزینه پایین هستند. با توجه به مزیت های فراوان، انتظار می رود در آینده نزدیک باکتریوفاژها به عنوان ابزاری مناسب در ارزیابی های مختلف بالینی مورد استفاده قرار گیرند. در این مقاله کاربردهای بالقوه باکتریوفاژها به عنوان ابزاری مناسب در تصویربرداری پزشکی، انتقال هدفمند دارو و ژن مورد بررسی قرار می گیرد.

واژه های کلیدی: نانو داروی فاژی، هدفگذاری فاژ، رسانش هدفمند ژن و دارو، تصویر برداری پزشکی

مقدمه

تولید در مقیاس بزرگ، پایداری بالا، بی خطر بودن نسبت به پستانداران از جمله انسان، سازگاری نسبی سیستم ایمنی و لذا عدم پاسخ ایمنی، تشکیل خود به خودی ذرات هم شکل و هم اندازه اشاره کرد(۷,۸).



شکل شماره ۱. برخی روش های دادن عملکردهای متفاوت به NPs (اقتباس از منابع ۱ و ۸ با اعمال تغییرات).

کاربردهای بالقوه VNPs را می توان به چند دسته کلی تقسیم کرد: ۱- تهیه واکسن، ۲- طراحی ابزارهای هدفمند برای تصویربرداری و یا درمان اختصاصی بافتی، ۳- طراحی وسایل ذخیره اطلاعات و دیگر ابزارهای الکترونیکی، ۴- تهیه ورقه ها و آرایه هایی با کاربردهای مختلف که می توان آن ها را در صنایع مختلف از صنعت الکترونیک گرفته تا مهندسی بافتی، ۵- کاربردهای بالقوه VNPs، در مقاله حاضر تنها کاربردهای بالقوه VNPs مشتق از باکتریوفاژها در تصویربرداری پزشکی، انتقال هدفمند دارو و انتقال ژن و ژن درمانی مورد بررسی قرار می گیرد. هم چنین روش های مختلف هدفگذاری، خطرات احتمالی و نحوه توزیع آن ها در بدن، و نیز روش های برطرف کردن مشکلات مرتبط با آن ها بررسی خواهد شد.

روش های هدفگذاری فاژها: رایج ترین روش های هدفگذاری باکتریوفاژها را می توان به دو دسته تقسیم کرد: ۱- روش های دستکاری ژنتیکی، ۲- روش های اتصال شیمیابی(شکل شماره ۲). به طور کلی در روش های دستکاری ژنتیکی، توالی کدکننده یک لیگاند پیتیدی یا پروتئینی در چارچوب قرائت رمزهای مربوط به یک ژن پوشش پروتئینی فاژی وارد می شود به طوری که بیان آن ژن هیبرید منجر به تولید پروتئین فیوژن جدیدی می شود که علاوه بر توالی پروتئین پوششی، توالی لیگاند را هم

پیشرفت های حاصل در نانوبیوتکنولوژی به ساخت نانومواد جدیدی انجامیده است که امکان اتصال ملکول های هدفگذاری را با ملکول های درمانی یا تصویربرداری فراهم کرده است. بدین ترتیب امید می رود که این مواد بتوانند داروها و یا عوامل تصویربرداری را به مکان های خاص مورد نظر انتقال دهند تا تصاویر باوضوح بالا و درمان با دوز بالای دارو با کمترین اثر جانبی فراهم شود(۱). نانومواد مختلفی از قبیل کواتنوم دات ها، ویزیکول های پلیمری، دندریم ها، لیپوزوم ها و نانوساختارهای پروتئینی از قبیل نانوذرات ویروسی (VNPs) و ذرات شبه ویروسی (VLPs) بدین منظور مورد بررسی قرار گرفته اند که هر کدام مزایا و معایب خود را دارند(۲-۵).

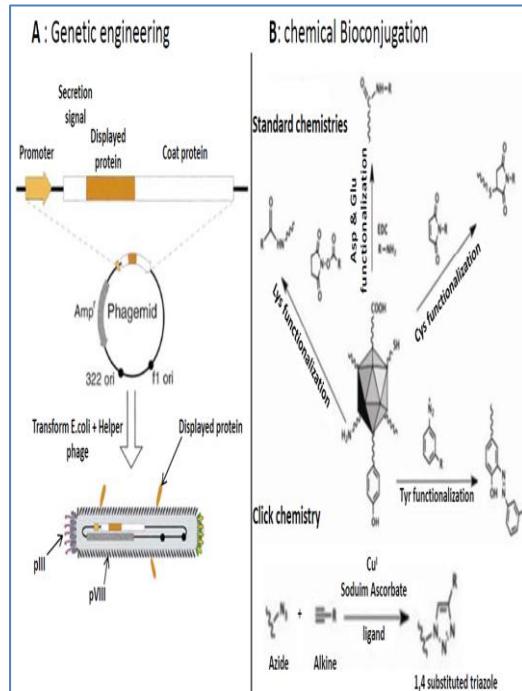
کمی بیش از یک دهه پیش برای اولین بار باکتریوفاژها و به طور کلی ویروس ها به عنوان نانوذرات ویروسی (VNPs) نامیده شدند(۶). VNPs، نانوماد طبیعی هستند که در فرآیندهای مختلف نانوپژشکی از قبیل تصویربرداری اختصاصی بافتی، انتقال دارو و انتقال ژن جذابیت زیادی دارند زیرا هم سازگاری زیستی آن ها بالاست و هم به علت تجزیه پذیر بودن آلودگی زیستی و محیطی به جا نمی گذارند(۷). استفاده از VNPs به سرعت افزایش یافته است چرا که می توان با استفاده از مواد فلورسانس، لیگاندهای هدفگذاری و ملکول های درمانی، عملکردهای ویژه و دلخواهی به آن ها بخشنید. برای دادن عملکردهای دلخواه به نانوذرات ویروسی می توان از روش های اتصال شیمیابی مختلف، دست ورزی ژنتیکی، میتراله کردن، کپسوله کردن و یا تلفیقی از آن ها استفاده کرد(۸). با این روش ها می توان طیفی از لیگاندهای مختلف، از ملکول های شیمیابی کوچک تا پیتیدها، پروتئین ها و حتی نانوذرات دیگر را به VNPs متصل کرد(شکل شماره ۱).

باکتریوفاژهای تغییریافته زیر گروهی از نانوذرات ویروسی هستند که در نانوبیوتکنولوژی و نانوپژشکی از اهمیت ویژه ای برخوردارند. زیرا علاوه بر روش های مذکور در بالا، فناوری فاژنماجی قدرت هدفمندسازی آن ها را تا حد زیادی افزایش داده است. علاوه بر این، ساخت کتابخانه های پیتیدی نمایش داده شده بر سطح فاژها به ویژه فاژ M13TM phage و نیز قابل دسترس بودن نوع تجاری آن New England Bio labs display غربالگری و یافتن پیتیدهای اختصاصی هدفگذاری کننده سلول ها یا بافت های مختلف را تسهیل کرده است. از دیگر مزایای باکتریوفاژها می توان به ارزان بودن و امکان

راهکارهای دیگر هدفگذاری فازها مبتنی بر روش‌های متعدد اتصال شیمیایی است (شکل شماره ۲B). در این روش‌ها به طور کلی از عامل‌های فعال موجود در زنجیره‌های فرعی اسیدآمینه‌ها برای برقراری واکنش اتصال استفاده می‌شود (۱۷-۱۹). مهم‌ترین این عامل‌ها، گروه‌های کربوکسیل و گروه‌های آمینی اسیدآمینه‌های اسیدی و بازی است که به خاطر پروتئینی بودن پوشش فازها به طور طبیعی در ساختار آن‌ها وجود دارد. برای اتصال به گروه‌های آمین زنجیره‌جانبی اسیدآمینه لیزین، از ماده شیمیایی NHS و برای اتصال به گروه کربوکسیل زنجیره‌جانبی اسیدآمینه‌های آسپارتیک اسید و گلوتامیک اسید، از ماده EDC استفاده می‌کنند. شیمی NHS و شیمی EDC روش‌های معمول و استاندارد شده برای اتصال شیمیایی لیگاندها به گروه‌های فعال آمین و کربوکسیل می‌باشند. در کنار این روش‌های استاندارد روش‌های دیگری هم وجود دارند تا در مواردی که روش‌های استاندارد برای اتصال قابل استفاده نباشند و یا لیگاند مورد استفاده برای اتصال کمیاب و پرهزینه باشد به کار گرفته شوند. از جمله این روش‌ها، روش نسبتاً نوین CuAAC است که شیمی نیز click نامیده می‌شود (۲۰). این روش که ابتدا توسط گروه تحقیقاتی Finn معرفی و مورد استفاده قرار گرفته است، روشی است که در مقایسه با روش‌های NHS و EDC سریع‌تر و دقیق‌تر می‌باشد. آن‌ها از این روش برای تغییر دادن سطح ذرات ویروس موزائیک لوپیای چشم بلبلی (CPMV) و ویروس هپاتیت B (HBV) و نیز باکتریوفاز QB استفاده کردند (۲۱-۲۳). اخیراً پروتکل بهینه شده این روش همراه با جزئیات آن منتشر شده است (۲۴).

در برخی دیگر از راهبردها، پژوهشگران از روش‌های دستکاری ژنتیکی و اتصال شیمیایی به صورت توأم استفاده کرده اند (شکل شماره ۳). به عنوان مثال گروه پژوهشی Francis غیرطبیعی به نام پارا-آمینو-آل-فنیل آلانین (pAF) در ساختار کپسید باکتریوفاز MS2 آن را برای اتصال لیگاند‌های مختلف از قبیل پورفیرین‌ها، آپتامرها و پپتیدهای هدفگیری کننده به کار برندند (۲۵-۲۶). مزیت روش آن‌ها مشخص بودن تعداد و نیز مکان‌های اتصال (pAF) است که برای اتصال شیمیایی ملکول‌های هدفگیری مورد استفاده قرار می‌گیرند. می‌توان گفت که تلفیق بیولوژی ملکولی و شیمی بیوکانثوگاسیون در ایجاد روش‌های درمانی نوین نوبدخش است و نقطه عطف آن در به کار گیری هم زمان اسیدآمینه‌های طبیعی و

دارد (۱۰-۱۲). وقتی این پروتئین های پوششی برای تشکیل ذرات فازی به همراه دیگر پروتئین‌های پوششی برای تشکیل ذرات فازی به کار می‌روند برخی از پروتئین‌های هیبرید در ساختار پوشش فاز وارد شده، لیگاند مورد نظر در سطح ذرات فازی نمایش داده می‌شود (شکل شماره ۲A). این روش دارای نقاط قوت و ضعفی است. مهم‌ترین نقطه قوت آن عدم نیاز به تکرار فرآیند کلونینگ است چرا که وقتی یک بار سازه هیبریدی طراحی و ساخته می‌شود آن سازه را می‌توان به طور نامحدود برای تهیه فازهای نمایش دهنده لیگاند مورد نظر مورد استفاده قرار داد. مهم‌ترین نقطه ضعف این روش آن است که نمی‌توان لیگاندهای با اندازه بزرگ را در تعداد زیاد در سطح ذرات فازی بروز داد (۹)، چون وقتی اندازه یک لیگاند بزرگ باشد پروتئین هیبرید حاصل نمی‌تواند به تعداد زیاد در ساختار پوشش فاز وارد شود زیرا باعث ناپایداری شده، بسته بندی و تشکیل خود به خودی ذرات فاز را مختلف می‌کند (۱۳، ۱۴). از طرفی کارایی اتصال و ورود ذرات فازی به سلول‌های یوکاریوت با تعداد ملکول‌های لیگاند نمایش داده شده در سطح فاز نسبت مستقیم دارد (۱۷-۱۵). بنا بر این استفاده از روش‌های دیگر برای غلبه به این مشکلات امری ضروری خواهد بود.



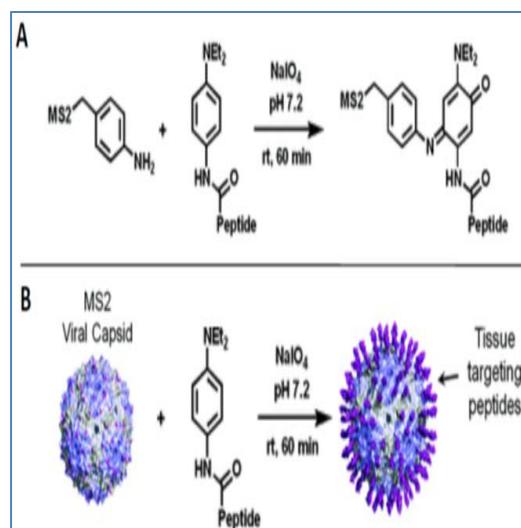
شکل شماره ۲. روش‌های اصلی هدفگذاری نانوذرات فازی، (A) روش مهندسی ژنتیک که تنها یک نوع از آن در فاز M13 نشان داده شده است. (B) روش‌های مختلف اتصال شیمیایی شامل روش‌های استاندارد و شیمی کلیک (اقتباس از منابع ۶ و ۱۲ با اعمال تغییرات)

توانند به طور اختصاصی به سلول‌های سرطانی متصل شده، وارد آن‌ها شوند و تراکم بالایی از سیگنال‌های تصویربرداری را در سلول‌ها و بافت‌های سرطانی که برای تشخیص و ایجاد تصویر واضح ضروری است فراهم کنند(۲۷,۲۹,۳۰).

برخی آزمایشگاه‌ها، استفاده از فاژها را به عنوان مواد تصویربرداری در روش‌های تصویربرداری رادیواکتیو مانند SPECT و PET بهینه سازی کرده‌اند. مثلاً در یکی از مطالعات اولیه، فاژ نشاندار شده با ^{99m}Tc برای آشکارسازی و تصویربرداری از عفونت‌های باکتریایی در موش به کار گرفته شد(۳۲,۳۱) و متعاقباً این شیوه برای تصویربرداری درون‌تنی تومور توسعه پیدا کرد(۳۴,۳۳). اما بررسی مقالات منتشر شده نشان می‌دهد استفاده از رنگ‌های فلورسنت برای نشاندار کردن فاژها جهت استفاده در تصویربرداری نوری بیشتر مورد استقبال پژوهشگران قرار گرفته است. روش‌های متنوعی برای اتصال رنگ‌های فلورسنت از قبیل FITC، AF647، AF680 و AF750 به پروتئین AF647، FITC، AF680 و AF750 مورد استفاده قرار بوده است(۳۴). در مطالعه‌ای Kelly AK و همکاران با غربالگری کتابخانه پیتیدی فاژی M13 علیه استئونکتین و VCAM-1 ذرات فاژی بروزدهنده پیتید هدفگیری این پروتئین‌ها را جداسازی کرده، مستقیماً با رنگ‌های فلورسنت مختلف متصل کرده‌اند. آن‌ها نشان دادند که نه تنها فاژهای نشاندار شده با فلوروکروم‌ها اختصاصیت اتصال به سلول‌های هدف را حفظ کرده‌اند بلکه توزیع درون توموری آن‌ها به صورت کمی قابل ارزیابی است و عملاً توانستند با روش ILSM، FMT، SRI، FMT های مختلف تصویربرداری از قبیل فاژهای HJV و M13 به تومور را آشکارسازی کرده، استفاده از فاژهای هدفگذاری شده و نشاندار شده را در تصویربرداری از تومورها نشان دهند(۳۵). این یافته‌ها نشان می‌دهند که فاژها به خاطر داشتن مزیت‌هایی از قبیل ارزانی، سهولت تولید، پابداری در شرایط مختلف، داشتن ظرفیت بالای حمل فلوروکروم و ایجاد تصاویر با وضوح بالا، سازگاری زیستی و ایمنی، گزینه مناسبی برای استفاده در تصویربرداری پزشکی و شناسایی زود هنگام سرطان می‌باشند.

استفاده از باکتریوفاژها در انتقال هدفمند دارو: باکتریوفاژها برای انتقال هدفمند داروهای ضد سرطان به سلول‌ها و بافت‌های سرطانی به کار گرفته شده اند(۳۷,۳۶). برخی پژوهشگران با اتصال شیمیایی پیتیدهای هدفگیری کننده اختصاصی به دست آمده از غربالگری

غیرطبیعی در روی یک نانوذره ویروسی خواهد بود چرا که در این صورت امکان اتصال هم زمان چند ملکول لیگاند مختلف با عملکردهای متفاوت از قبیل ملکول‌های هدفگیری، داروها و مواد تصویربرداری فراهم می‌شود. شایان ذکر است که دیگر روش‌های مختلف اتصال شیمیایی توسط Pokorski و همکاران به خوبی مرور شده است و برای آگاهی از جزئیات آن‌ها به منبع ۶ مراجعه شود(۶).



شکل شماره ۳. پروتئین پوششی فاژ MS2 طوری مهندسی شده است که اسیدآمینه غیر طبیعی پارا-آمینو-آل-فنیل آلانین(pAF) که دارای گروه فعال NH₂ می‌باشد در توالی پروتئین پوششی قرار گرفته و در سطح فاژ بروز پیدا کرد. سپس پیتیدهای هدفگیری دارای گروه فعال فنیل دی آمین به روش اکسیداتیو در حضور پریدات سدیم با ذرات فاژی MS2-pAF واکنش داده، به سطح ذرات فاژ متصل شدند. قسمت A روش تهیه را با نشان دادن گروه‌های فعال و قسمت B شکل شماتیک آن را نشان می‌دهد. (اقتباس از منبع ۲۵ با اعمال تغییرات)

استفاده از باکتریوفاژها در تصویربرداری پزشکی: اخیراً از VNPs بر پایه ویروس‌های به دست آمده از منابع مختلف گیاهی و باکتریایی در تصویربرداری از تومورها استفاده شده است(۳۷,۳۸). پژوهشگران با استفاده از غربالگری کتابخانه پیتیدهای تصادفی فاژی، پیتیدهای هدفگیری اختصاصی سلول‌های توموری را شناسایی و از فاژهایی که این پیتیدها را در سطح خود بروز می‌کنند برای انتقال اختصاصی دارو و نیز تصویربرداری از تومورها استفاده کرده‌اند(۳۷). برای کاربرد این فاژها در تصویربرداری، رنگ‌های مختلف فلورسنت و نیز برچسب‌های رادیواکتیو را به سطح ذرات فاژی متصل می‌کنند. ذرات فاژی حاصل می‌

ملکول های siRNA، درون ذرات شبه ویروسی مشتق از فاژ MS2 بارگذاری شده و با اتصال مولکول های ترانسفرین هدفگذاری شدن. سپس این ذرات برای تیمار رده سلولی هلا مورد استفاده قرار گرفتند. نتایج حاصل نشان داد که ذرات شبه ویروسی مشتق از فاژ MS2 با کارآیی بالای siRNA ها را به سلول های هدف منتقل می کنند و می توانند به عنوان یک کاندید مطلوب برای رسانش siRNA ها محسوب شوند(۴۹). هم چنین FM و Brunel همکاران با اتصال پیتید F56 به سطح ذرات ویروسی CPMV انتقال هدفمند آن ها به توده توموری را به صورت in vivo نشان دادند. پیتید مذکور به گیرنده فاکتور رشد اندوتیال عروقی-1 (VEGFR-1) که در سطح سلول های سرطانی HT-29 بیش بیان می شود به طور اختصاصی متصل می شود. آن ها با پیوند سلول های سرطانی HT-29 به موش، مدل سرطانی تهیه و اختصاصیت ذرات CPMV هدفگذاری شده با پیتید F56 را با تزریق سیستمیک بررسی کردند. نتایج حاصل نشان داد که این ذرات از لایه اندوتیال عبور کرده و در توده توموری تجمع می یابند(۵۰). در CPMV مطالعه دیگری، توانایی نفوذ و اختصاصیت ذرات هدفگذاری شده با پیتیدی که اختصاصاً به گیرنده های پیتیدی آزادکننده گاسترین که در سطح سلول های سرطانی پروستات(PC-3) بیش بیان می شود مورد بررسی قرار گرفت. پس از پیوند و ایجاد مدل سرطانی در جین جوجه، مشاهده شد که ذرات هدفگذاری شده در توده توموری تجمع می یابند(۵۱). علاوه بر این، گزارش شده است که هندسه و شکل ظاهری ذرات با قدرت نفوذ به بافت توموری و به ویژه عمق توده توموری مرتبط است(۵۲). مجموعه این مطالعات نشان می دهدند که VLPs و VNPs پتانسیل چشمگیری در انتقال هدفمند دارو و درمان سرطان دارند.

باکتریوفاژها به عنوان نانودارو در مقابله با عفونت های Vaks L و همکاران با مهندسی باکتریوفاژ M13 و نمایش آنتی بادی علیه استافیلوکوکوس اورئوس در سطح آن توانستند ذرات فاژی را به سمت باکتری های هدف ارسال کنند. سپس با اتصال شیمیایی داروی ضد باکتری کلرامفینیکل به سطح ذرات فاژی نمایش دهنده آنتی بادی، دوز بالایی از دارو را به سمت باکتری هدف ارسال کرده، به خوبی از رشد و تکثیر آن ها جلوگیری کرددند(۵۳،۵۴). کاربرد باکتریوفاژها به عنوان عوامل درمانی توسط I و Benhar I و Yacoby مرور شده است(۵۶).

کتابخانه های پیتیدی فاژی به داروهای مختلف از قبیل doxorubicin (۳۸)، پیتیدهای پیش آپیتوزی(۴۰،۴۹)، و سایتوکین ها(۴۱)، کارایی و اختصاصیت آن ها را در درمان و پیشگیری از رشد سلول های سرطانی مختلف از قبیل سرطان سینه(۳۸)، سرطان پروستات(۴۹)، مدل های لنفوما و میلوما(۴۱)، بهبود داده اند. اما برخی دیگر از پژوهشگران با اتصال شیمیایی داروهای مختلف به سطح ذرات فاژی نمایش دهنده پیتیدهای هدفگیری، آن ها را به بافت های Wu W و همکاران با اتصال داروی ضد سرطان تاکسول به باکتریوفاژ MS2 کارآیی آن را بر روی سلول های MCF-7 سرطان سینه نشان دادند(۴۲). هم چنین آن ها توانستند با طراحی آپتامر اختصاصی و اتصال آن به سطح ذرات باکتریوفاژ MS2 قادر ژنوم، آن ها را به سلول های T Jurkat هدفگیری و ارسال کنند(۴۳). داروی ضد سرطان VNPs با روش شیمیایی به سطح ذرات doxorubicin مشتق از CPMV اتصال داده شده، برای از بین بردن سلول های هلا مورد استفاده قرار گرفته است(۴۴). Bar H و همکاران ذرات باکتریوفاژ M13 را به روش ژنتیکی مهندسی کردند به طوری که این ذرات فاژی آنتی بادی عليه EGFR یا ErbB2 را به عنوان ملکول هدفگیری در سطح خود بروز دادند و با اتصال شیمیایی داروهای شیمی درمانی doxorubicin و hygromycin به سطح ذرات باکتریوفاژ، نانوداروی فاژی هدفگذاری شده به دست آورden. نتایج تیمار آن ها بر روی رده های سلولی سرطانی نشان داد که نانوداروی فاژی وارد سلول های سرطانی شده، پس از تخریب و رهایش دارو درون سلول، در مقایسه با داروی هدفگیری نشده بیش از ۱۰۰۰ برابر رشد سلول های سرطانی را مهار می کند(۴۵). مشابه با این کار به جایگاه ویژه ای از پروتئین پوششی ذرات فاژی M2، توکسین ها، داروهای کشنده سلولی از قبیل ricin A و یا مشتقان نوکلئوتیدی از قبیل ۵-فلوروپوریدین به صورت کووالان اتصال داده شدنده به طوری که داروها می توانستند درون این ذرات کپسوله شوند. سپس ذرات حاصل با اتصال شیمیایی ترانسفرین و یا آنتی بادی به سطحشان به طور اختصاصی سلول های سرطانی را مورد هدف قرار دادند(۴۶).

VLPs مشتق از باکتریوفاژها هم چنین برای انتقال هدفمند پروتئین(۴۷)، و RNA های کوچک مداخله گر(siRNA) که کلاس جدیدی از مواد درمانی به حساب می آیند نیز به کار برده شده اند(۴۹،۴۸). در یک مطالعه

هدف قرار دادند و نشان دادند که ذرات فاژی هدفگیری شده در مقایسه با ذرات فاژی هدفگیری نشده، بیش از هزار برابر کارآیی بالاتری برای انتقال و بیان ترانسژن دارند(۱۱). هم چنین برای بهبود کارآیی اتصال و ورود ذرات فاژی، پروتئین باز پنتون آدنوویروس در سطح ذرات فاژی لامبدا بروز داده شدند و پویزگی های اتصال و انتقال ذرات مورد بررسی قرار گرفتند. با توجه به این که آدنوویروس از این پروتئین برای ورود به سلول های یوکاریوتی استفاده می کند بروز آن در سطح ذرات فاژ لامبда کارآیی بسیار بالایی در مقایسه با ملکول های هدفگیری دیگر نشان داد(۶۵,۶۳).

با وجود این که می توان با روش شیمیایی ملکول های هدفگیری متنوع را به سطح ذرات فاژی متصل کرد و آن ها را به سمت سلول ها و بافت های هدف ارسال نمود(۱۸)، اما اکثر پژوهشگران برای انتقال ژن به واسطه فاژها از روش ژنتیکی و فاژنامایی برای هدفگیری ذرات فاژی استفاده کرده اند. اما با توجه به این که بروز ملکول های هدفگیری بزرگ و پیچیده در سطح فاژها به روش ژنتیکی و فاژنامایی مشکل و ناکارآمد است لذا در چنین مواردی می توان از روش شیمیایی برای هدفگیری ذرات فاژی استفاده کرد.

خلجی و کندوری و همکاران با اتصال شیمیایی پروتئین ترانسفرین انسانی به سطح ذرات فاژی لامبای دارای ترانسژن GFP، نانوحامل ژنی هدفمندی طراحی کرده و سلول های رده T 293 انسانی را با آن ها تیمار کردن. نتایج حاصل نشان داد که روش اتصال شیمیایی می تواند به عنوان یک روش جایگزین در آزمایشات انتقال ژن به واسطه فاژ به کار رود(۹). آن ها در این پژوهش برای اولین بار از روش اتصال شیمیایی برای هدفگیری ذرات فاژی لامبای به رده سلول های سرتانی با هدف انتقال و بیان ترانسژن استفاده کردند. راهکار مورد استفاده برای هدفگیری در این پژوهش در شکل شماره ۴ نشان داده شده است. ترانسفرین گلیکوپروتئینی با دو زنجیره قندی می باشد که اگر تحت تاثیر سدیم پریدات قرار گیرد، اکسید شده، گروه فعال آلدئیدی تولید می کند. چون کپسید فاژ از جنس پروتئین است بنا بر این گروه جانی اسیدآمینه های بازی مثل لیزین در سطح فاژ حضور خواهد داشت. اگر گروه فعال آلدئیدی در مجاورت گروه آمینی قرار گیرد با هم واکنش داده، تشکیل شیف-باز می دهنده که در حضور مواد احیاء کننده ای مثل سدیم سیانو برموهیدرید پیوند کووالانسی برگشت ناپذیر تشکیل می شود. بنا بر این ملکول های ترانسفرین به سطح ذرات فاژی لامبای متصل و نانوحامل ژنی هدفگیری شده حاصل می شود. چنین ذرات

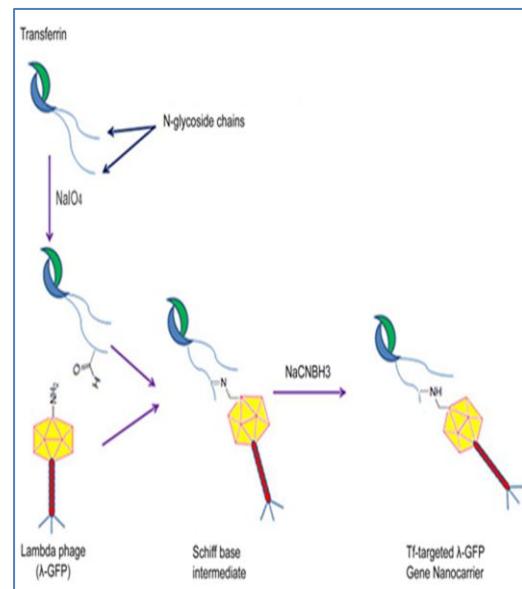
انتقال ژن و ژن درمانی با فاژها: انتقال ژن، هم توسط فاژهای رشته ای(۵۷)، و هم فاژهای سر-دم دار از قبیل باکتریوفاژ لامبدا(۵۸)، به سلول های یوکاریوتی به کمک روش های شیمیایی مثل کلسلیم فسفات گزارش شده بود اما به دلیل کارآیی بسیار کم و عدم قابلیت استفاده در موجود زنده مورد توجه زیادی قرار نگرفته بود. در ادامه این گونه تحقیقات ساخت سازه فاژی حاوی ژن پروتئین فلورسانس سبز GFP تحت کنترل پرموترهای یوکاریوتی از قبیل CMV هم بر پایه فاژ لامبدا(۱۸)، و هم بر پایه فاژ M13(۱۰)، انجام شده است. هم چنین بررسی توانایی ذرات فاژی لامبای و نیز M13 حاوی سازه های ژنی GFP برای انتقال و بیان ترانسژن در سلول های یوکاریوتی توسط گروه پژوهشی ما گزارش شده است. با ابداع فناوری فاژنامایی توسط Smith G. P(۵۹)، در سال ۱۹۸۵ فصل جدیدی در تحقیقات و استفاده از فاژها در پزشکی و متعاقب آن در انتقال ژن باز شد. در سال ۱۹۹۸ Larroca D. و همکاران توансنتند با تعییر ژنتیکی فاژ ۱۳ M13 و بروز FGF2 در سطح ذرات فاژی، ورود آن ها را به سلول های یوکاریوتی تسهیل و بهبود ببخشند(۶۰). این اولین گزارش مستند از قابلیت استفاده از فاژ تک رشته ای هدفگذاری شده به منظور انتقال ژن به سلول های یوکاریوتی می باشد که نشان می داد می توان با بهره گیری از فناوری فاژنامایی، از ذرات فاژی در انتقال ژن و ژن درمانی استفاده کرد. بعد از این گزارش، پژوهشگران در دانشگاه های مختلف برای آزمودن پتانسیل ذرات فاژی مختلف به عنوان حامل های ژنی به سلول های یوکاریوتی خیز برداشتند(۶۱,۶۲,۶۳,۶۴,۶۵,۶۶). در این تلاش ها عوامل مختلف موثر در اتصال و ورود ذرات فاژی به درون سلول، رهایش DNA ترانسژن، انتقال آن به هسته و بیان ترانسژن در سلول های تیمار شده مورد ارزیابی و بهینه سازی قرار گرفتند. در سال ۱۹۹۹ Kassner PD. و همکاران با مهندسی و نمایش پیتید هدفگیری EGF در سطح ذرات فاژی M13 نشان دادند که اتصال و ورود و بیان ترانسژن در سلول های COS-1 وابسته به تعداد و اختصاصیت ملکول هدفگیری، دوز مورد استفاده و زمان تیمار می باشد(۷۰). این نتایج توسط پژوهشگران دیگر نیز تایید شد(۱۵). Urbanelli, L. و همکاران با غربالگری کتابخانه پیتیدی فیوز شده با پروتئین pVIII فاژ ۱۳ M13 توансنتند پیتیدی پیدا کنند که اختصاصاً به گیرنده سطح سلولی HER2 متصل می شد. آن ها پیتید مذکور را به صورت متصل با پروتئین III در سطح ذرات فاژی دارای ترانسژن GFP بروز داده، سلول های HER2 مثبت را مورد

پژوهشی است. به طور مثال سمت و تحریک سیستم اینمی بزرگ ترین مانع در استفاده از ویروس های حیوانی به ویژه آنوفیروس ها در فرآیندهای ژن درمانی در انسان بوده است(۷۳-۷۴). با توجه به این که باکتریوفاژها قادر به عفونت سلول های حیوانی به ویژه انسانی نیستند و به طور طبیعی در آب، خاک، هوا و نیز بدن انسان حضور دارند و لذا سیستم اینمی نسبت به آن ها حدی سازگاری یافته است گمان می رود که در مقایسه با ویروس های حیوانی بسیار کم خطر باشد(۷۴). البته مطالعات *in-vivo* با استفاده از باکتریوفاژهای M13 و QB و نیز برخی ویروس های گیاهی گواه بی خطری آن ها است(۷۵)، با این وجود چنین مطالعاتی نشان داده اند که باکتریوفاژهای M13 و QB پس از مصرف سیستمی ابتدا در کبد و طحال جمع می شوند(۷۶). هم چنین Shukla S و همکاران اخیراً فراهمی زیستی و کلیرانس VNPs مشتق از ذرات ویروس X سیب زمینی را در موش های سالم و توموری مطالعه کرdenد و دریافتند که ۳۰ درصد ذرات در بافت های توموری و مابقی در کبد و طحال جای دارند و به تدریج توسط کلیه ها و صفراء دفع می شوند(۷۸). این رفتار عادی است زیرا این ارگان ها جزء سیستم رتیکولانووتیال هستند و در دفع و خنثی سازی آتنی ژن ها از جریان خون دخالت دارند(۷۷،۷۸). یکی دیگر از فاکتورهای مهم، رفتار فارماکوکنیتیکی VNPs های بر پایه فاژ است. ویژگی های فارماکوکنیتیکی نانوذرات به ترکیب نانوذره و به عبارتی بار سطحی آن بستگی دارد(۷۹)، و این ویژگی در مورد VNPs نیز صادق است. بررسی ها نشان داده اند نانوذراتی که دارای بار سطحی مثبت هستند در مقایسه با آن هایی که دارای بار سطحی منفی هستند نیمه عمر طولانی تری در جریان خون دارند. به عنوان مثال نانوذرات مشتق از فاژ QB که دارای بار سطحی مثبت هستند نیم عمری بیش از ۳ ساعت در جریان خون دارند در صورتی که نانوذرات مشتق از ویروس های گیاهی از قبیل ویروس موزائیک لوپیای چشم بلبلی (CPMV) و یا ویروس لکه های بی رنگ لوپیای چشم بلبلی (CCMV) که بار سطحی آن ها منفی است نیم عمری کمتر از ۱۵ دقیقه دارند(۷۸،۷۹). نیم عمر بالا در جریان خون به تجمع نانوذرات در بافت هدف منجر می شود که این ویژگی برای اهداف انتقال دارو یا ژن مناسب می باشد.

مزیت دیگری که نانوذرات بر پایه فاژ دارند به خاطر پوشش پروتئینی آن ها و حضور گروه های فعل کربوکسیل و آمین در انتهای زنجیره فرعی اسیدآمینه های اسیدی و

فائزی که در سطح خود ملکول های هدفگیری ترانسفرین را نمایش می دهند می توانند سلول هایی را که در سطح خود گیرنده ترانسفرین را بیان می کنند مورد هدف قرار داده، وارد آن ها شوند(۹).

یکی از روش های ژن درمانی ممانت از بیان ژن بیماریزا می باشد. بدین منظور می توان از RNA های کوچک مداخله گر استفاده کرد. اما مشکلاتی که در رسانش آن ها به سلول ها و بافت های هدف وجود دارد تا به حال استفاده بالینی آن ها را محظوظ کرده است. اخیراً Y و همکاران به منظور غلبه بر این مشکلات سیستمی را برای انتقال *microRNA* به بافت هدف بر پایه فائز MS2 طراحی کردند. آن ها سازه ژنی حاوی توالی کدکننده pre-*miR146a* را در داخل فائز MS2 بسته بندی کردن و ذرات حاصل را با پیتید HIV-1 Tat(47-57) هدفگذاری نمودند و نشان دادند که این ذرات قادرند هم در *in-vitro* و هم در *in-vivo* با تولید VNPs از بیان ژن هدف ممانت کنند(۱۱). این یافته نشان می دهد که ذرات فائزی برای استفاده در رسانش هدفمند ژن های درمانگر از پتانسیل بالایی برخوردار هستند.



شکل شماره ۴. راهکار اتصال ملکول هدفگیری ترانسفرین به سطح ذرات فائزی دارای ترانسژن GFP به منظور تهیه نانو حامل ژنی هدفگذاری شده با ترانسفرین. برای توضیح بیشتر به متن مراجعه شود.(اقتباس از منبع شماره ۹)

خطرات احتمالی VNPs فائزی، الگوی توزیع آن ها درون بدن و روش های مقابله با اینمی زایی احتمالی آن ها: بررسی و دانستن خطرات احتمالی یکی از مراحل مهم در فرآیند ابداع و ساخت مواد مورد استفاده در

نتیجه گیری

باکتریوفاژها زیرگروهی از نانوذرات ویروسی (VNPs) هستند که به دلیل برخورداری از یک سری مزایا از قبیل ارزانی، سهولت تولید، امکان دستکاری ژنتیکی و شیمیایی آسان و وسیع، پایداری در شرایط سخت، سهولت هدفگذاری، حفاظت از ترانسیژن به واسطه پوشش پروتئینی و مهم تراز همه بی خطری و سازگار بودن با سیستم ایمنی انسان حامل های جذابی برای انتقال هدفمند دارو، فلوروفورها جهت تصویربرداری با وضوح بالا و انتقال ژن جهت ژن درمانی هستند. وجود و سهولت استفاده از فناوری های مختلف مثل فائزتمایی و اتصال شیمیایی ملکول های هدفگیری، امیدواری های زیادی برای آشکارسازی و درمان هدفمند اختلالاتی از قبیل سرطان ایجاد کرده است. پژوهش های زیادی جهت بهینه سازی کاربرد آن ها در حال انجام است و انتظار می رود در آینده نزدیک وارد کارآزمایی های بالینی شوند.

بازی است. می توان با روش های شیمیایی مختلف، با اتصال موادی از قبیل پلی اتیلن گلیکول (PEG) یا گروه استیل، بار سطحی این نانوذرات را تعییر و تعديل کرد(۷۶،۷۷). با این که سیستم ایمنی بدن تا حدی نسبت به باکتریوفاژها سازگاری پیدا کرده است(۷۴)، اما برای از بین بدن احتمال تحریک سیستم ایمنی می توان نانوذرات فاژی را با اتصال PEG از دسترس سلول های ایمنی دور نگه داشت و بدین ترتیب ضریب بی خطری آن ها را تا حد زیادی افزایش داد. در این راستا پگیله کردن برخی از ویروس های گیاهی از قبیل ویروس موزائیک لوپیای چشم بلبلی (CPMV)، ویروس سیب زمینی X (PVX)، ویروس موزائیک تنباکو (TMV)، و نیز باکتریوفاژ MS2 (۸۲)، گزارش شده است. تاثیر پگیله کردن روی ویروس موزائیک لوپیای چشم بلبلی به خوبی مطالعه شده است. این مطالعات نه تنها کاهش برهمنکش این ویروس را هم در in-vitro و هم in-vivo تایید کرددند(۸۴،۸۵)، بلکه نشان دادند که پگیله کردن به طور موثری ایجاد پاسخ ایمنی اولیه را سرکوب می کند(۸۶).

References

- Steinmetz NF. Viral nanoparticles as platforms for next generation therapeutics and imaging devices. *Nanomedicine* 2010; 6:634-41.
- Majoros IJ, Williams CR, Baker JR. Current dendrimer applications in cancer diagnosis and therapy. *Curr Top Med Chem* 2008; 8:1165-79.
- Manchester M, Singh P. Virus based nanoparticles (VNPs) platform technologies for diagnostic imaging. *Adv Drug Deliv Rev* 2006; 58:1505-22.
- Soussan E, Cassel S, Blanzat M, Ricolattes I. Drug delivery by softmatter matrix and vesicular carriers. *Angew Chem Int Ed Eng* 2009; 48:274-88.
- Xing Y, Rao J. Quantum dot bioconjugates for in vitro diagnostics and in vivo imaging. *Cancer Biomark* 2008; 4: 307-19.
- Pokorski JK, Steinmetz NF. The art of engineering viral nanoparticles. *Mol Pharm* 2011; 8:29-43.
- Padeganeh A, Khalajkondori M, Bakhshinejad B, Sadeghizadeh M. Non viral vehiclesprinciples, applications, and challenges in gene delivery. 1th ed. New York: In Tech Publication; 2011.P. 21-34.
- Yildiz I, Shukla S, Steinmetz NF. Applications of viral nanoparticles in medicine. *Curr Opin Bio technol* 2011; 22: 901-8.
- Khalajkondori M, Sadeghizadeh M, Behmanesh M, Saggio I, Monaci P. Chemical coupling as a potent strategy for preparation of targeted bacteriophage derived gene nanocarriers into eukaryotic cells. *J Gene Med* 2011; 13:622–31.
- Bakhshinejad B, Khalajkondori M, Sadeghizadeh M. Employment of phage display technology to construct GFP bearing phage nanoparticles with peptide ligands targeting into intestinal epithelial cells. *J Iran Chem Soc* 2012; 1:40-5.
- Urbanelli L, Ronchini C, Fontana L, Menard S, Orlandi R, Monaci P. Targeted gene transduction of mammalian cells expressing the

- HER2/neu receptor by filamentous phage. *J Mol Biol* 2001; 313:965-76
12. Sidhu SS. Phage display in pharmaceutical biotechnology. *Curr Opin Biotechnol* 2000; 11:610–16.
 13. Gupta A, Onda M, Pastan I, Adhya S, Chaudhary VK. High density functional display of proteins on bacteriophage lambda. *J Mol Biol* 2003; 334:241–54.
 14. McCafferty J, Jackson RH, Chiswell DJ. Phage enzymes expression and affinity chromatography of functional alkaline phosphatase on the surface of bacteriophage. *Protein Eng* 1991; 4:955–61.
 15. Ivanenkov VV, Felici F, Menon AG. Targeted delivery of multivalent phage display vectors into mammalian cells. *Biochim Biophys Acta* 1999; 1448: 463-72.
 16. Mount JD, Samoylova TI, Morrison NE, Cox NR, Baker HJ, Petrenko VA. Cell targeted phagemid rescued by preselected landscape phage. *Gene* 2004; 341:59-65.
 17. Khalajkondori M, Sadeghizadeh M, Behmanesh M. Chemical coupling of targeting moiety on phage surface; A distinct approach for transgene delivery into eukaryotic cells. *Euro Hum Genet* 2010;18 l:364- 69.
 18. Khalajkondori M, Sadeghizadeh M, Behmanesh M, Gill P. Phage lambda derived nanobioparticles; a new generation of eukaryotic gene delivery vehicles. *Euro Hum Genet* 2009; 17 2:361-5.
 19. Khalajkondori M, Sadeghizadeh M, Behmanesh M. Designing a phage derived gene nanocarrier and examination of its capacity for delivering and expression of transgene in human cell line. *Iran J Biol* 2014;26:438-45.
 20. Prasuhn DE, Yeh RM, Obenaus A, Manchester M, Finn MG. Viral MRI contrast agents: coordination of Gd by native virions and attachment of Gd complexes by azide alkyne cycloaddition. *Chem Commun* 2007;1269–71.
 21. Strable E, Prasuhn DE, Udit AK, Brown S, Link AJ, Ngo JT, et al. Unnatural amino acid incorporation into virus like particles. *Bioconjugate Chem* 2008; 19:866–75.
 22. Steinmetz NF, Hong V, Spoerke ED, Lu P, Breitenkamp K, Finn MG, et al. Buckyballs meet viral nanoparticles candidates for biomedicine. *J Am Chem Soc* 2009; 131:17093–5.
 23. Hong V, Presolski SI, Ma C, Finn MG. Analysis and optimization of copper catalyzed azide alkyne cycloaddition for bioconjugation. *Anqew Chem Int Ed* 2009; 48:9879–83.
 24. Stephanopoulos N, Carrico ZM, Francis MB. Nanoscale integration of sensitizing chromophores and porphyrins with bacteriophage MS2. *Anqew Chem Int Ed* 2009; 48:9498–502.
 25. Carrico ZM, Romanini DW, Mehl RA, Francis MB. Oxidative coupling of peptides to a virus capsid containing unnatural amino acids. *Chem Commun* 2008;1205–7.
 26. Tong GJ, Hsiao SC, Carrico ZM, Francis MB. Viral capsid DNA aptamer conjugates as multivalent cell targeting vehicles. *J Am Chem Soc* 2009; 131:11174–8.
 27. Wen AM, Lee KL, Yildiz I, Bruckman MA, Shukla S, Steinmetz NF. Viral nanoparticles for in vivo tumor imaging. *J Vis Exp* 2012; 69:e4352.
 28. Cho CF, Shukla S, Simpson EJ, Steinmetz NF, Luyt LG, Lewis JD. Molecular targeted viral nanoparticles as tools for imaging cancer. *Methods Mol Biol* 2014 ;1108:211-30.
 29. Lewis JD, Destito G, Zijlstra A, Gonzalez MJ, Quigley JP, Manchester M, et al. Viral nanoparticles as tools for intravital vascular imaging. *Nat Med* 2006; 12: 354-60.
 30. Campa MJ, Serlin SB, Patz EF Jr. Development of novel tumor imaging

- agents with phage display combinatorial peptide libraries. *Acad Radiol* 2002; 8:927-32
31. Rusckowski M, Gupta S, Liu G, Dou S, Hnatowich DJ. Investigations of a (99m)Tc labeled bacteriophage as a potential infection specific imaging agent. *J Nucl Med* 2004; 7:1201-8.
 32. Rusckowski M, Gupta S, Liu G, Dou S, Hnatowich DJ. Investigation of four (99m)Tc labeled bacteriophages for infection-specific imaging. *J Nucl Med Biol* 2008; 4:433-40.
 33. Newton JR, Figueroa SD, Quinn TP, Deutscher SL. Bifunctional phage based pretargeted imaging of human prostate carcinoma. *J Nucl Med Biol* 2009; 7: 789-800.
 34. Deutscher SL. Phage display in molecular imaging and diagnosis of cancer. *Chem Rev* 2010; 110:3196-211.
 35. Kelly KA, Waterman P, Weissleder R. Invivo Imaging of molecularly targeted phage. *Neoplasia* 2006; 12: 1011-8.
 36. Ghosh D, Kohli AG, Moser F, Endy D, Belcher AM. Refactored M13 bacteriophage as a platform for tumor cell imaging and drug delivery. *ACS Synth Biol* 2012; 12:576-82.
 37. Petrenko VA, Jayanna PK. Phage protein targeted cancer nanomedicines. *FEBS Lett* 2014;588:341-9.
 - 38- Arap W, Pasqualini R, Ruoslahti E. Cancer treatment by targeted drug delivery to tumor vasculature in a mouse model. *Science* 1998; 279: 377-80.
 39. Arap W, Haedicke W, Bernasconi M, Kain R, Rajotte D, Krajewski S, et al. Targeting the prostate for destruction through a vascular address. *Proc Natl Acad Sci USA* 2002; 99: 1527-31.
 40. Ellerby HM, Arap W, Ellerby LM, Kain R, Andrusiak R, Rio GD, et al. Anti cancer activity of targeted proapoptotic peptides. *Nat Med* 1999; 5:1032-38.
 41. Curnis F, Sacchi A, Borgna L, Magni F, Gasparri A, Corti A. Enhancement of tumor necrosis factor alpha antitumor immunotherapeutic properties by targeted delivery to aminopeptidase N (CD13). *Nat Biotechnol* 2000; 18:1185-90.
 42. Wu W, Hsiao SC, Carrico ZM, Francis MB. Genome free viral capsids as multivalent carriers for taxol delivery. *Anqew Chem Int Ed* 2009; 48:9493–97.
 - 43.Tong GJ, Hsiao SC, Carrico ZM, Francis MB. Viral capsid DNA aptamer conjugates as multivalent cell targeting vehicles. *J Am Chem Soc* 2009; 131:11174–78.
 44. Aljabali AA, Shukla S, Lomonossoff GP, Steinmetz NF, Evans DJ. CPMV-DOX delivers. *Mol Pharm* 2013; 10:3-10.
 45. Bar H, Yacoby I, Benhar I. Killing cancer cells by targeted drug carrying phage nanomedicines. *BMC Biotechnol* 2008; 8: 37.
 46. Brown WL, Mastico RA, Wu M, Heal KG, Adams CJ, Murray JB, et al. RNA bacteriophage capsid mediated drug delivery and epitope presentation. *Intervirology* 2002; 45:371-80.
 47. Glasgow JE, Capehart SL, Francis MB, Tullman Ercek D. Osmolyte mediated encapsulation of proteins inside MS2 viral capsids. *ACS Nano* 2012; 6:8658-64.
 48. Pan Y, Zhang Y, Jia T, Zhang K, Li J, Wang L. Development of a microRNA delivery system based on bacteriophage MS2 virus like particles. *FEBS J* 2012; 279:1198-208.
 49. Galaway FA, Stockley PG. MS2 viruslike particles a robust semisynthetic targeted drug delivery platform. *Mol Pharm* 2013;10:59-68.
 50. Brunel FM, Lewis JD, Destito G, Steinmetz NF, Manchester M, Stuhlmann H, Dawson PE. Hydrazone ligation strategy to assemble multifunctional viral nanoparticles for cell imaging and tumor targeting. *Nano Lett* 2010; 10:1093–97.

51. Steinmetz NF, Ablack AL, Hickey JL, Ablack J, Manocha B, Mymryk JS, et al. Intravital imaging of human prostate cancer using viral nanoparticles targeted to gastrin releasing Peptide receptors. *Small* 2011;7:1664-72.
52. Shukla S, Ablack AL, Wen AM, Lee KL, Lewis JD, Steinmetz NF. Increased tumor homing and tissue penetration of the filamentous plant viral nanoparticle Potato virus X. *Mol Pharm* 2013;10:33-42.
53. Vaks L, Benhar I. Antibacterial application of engineered bacteriophage nanomedicines antibody targeted chloramphenicol prodrug loaded bacteriophages for inhibiting the growth of *Staphylococcus aureus* bacteria. *Methods Mol Biol* 2011; 726:187-06.
54. Yacoby I, Bar H, Benhar I. Targeted drug carrying bacteriophage as antibacterial nanomedicines. *Antimicrob Agents Chemother* 2007; 51:2156-63.
55. Yacoby I, Shamis M, Bar H, Shabat D, Benhar I. Targeting antibacterial agents by using drug carrying filamentous bacteriophage. *Antimicrob Agents Chemother* 2006; 50:2087-97.
56. Yacoby I, Benhar I. Targeted filamentous bacteriophages as therapeutic agents. *Expert Opin Drug Deliv* 2008; 3:321-9.
57. Yokoyama M, Kato S. Recombinant fl phage particles can transfect monkey COS-7 cells by DEAE dextran method. *Biochem Biophys Res Commun* 1993; 192:935-9.
58. Okayama H, Berg P. Bacteriophage lambda vector for transducing a cDNA clone library into mammalian cells. *Mol Cell Biol* 1985; 5:1136-42.
59. Smith GP. Filamentous fusion phage: novel expression vectors that display cloned antigens on the virion surface. *Sci* 1985; 228:1315-17.
60. Larocca D, Witte A, Johnson W, Pierce GF, Baird A. Targeting bacteriophage to mammalian cell surface receptors for gene delivery. *Hum Gene Ther* 1998; 9:2393-99.
61. Poul MA, Marks JD. Targeted gene delivery to mammalian cells by filamentous bacteriophage. *J Mol Biol* 1999; 288:203-11.
62. Larocca D, Kassner PD, Witte A, Ladner RC, Pierce GF, Baird A. Gene transfer to mammalian cells using genetically targeted filamentous bacteriophage. *FASEB J* 1999; 13:727-34.
63. Digiovine M, Salone B, Martina Y, Amati V, Zambruno G, Cundari E, et al. Binding properties cell delivery and gene transfer of adenoviral penton base displaying bacteriophage. *Virology* 2001; 282:102-12.
64. Eguchi A, Akuta T, Okuyama H, Senda T, Yokoi H, Inokuchi H, et al. Protein transduction domain of HIV-1 Tat protein promotes efficient delivery of DNA into mammalian cells. *J Biol Chem* 2001; 276: 204-10.
65. Piersanti S, Cherubini G, Martina Y, Salone B, Avitabile D, Grossi F, et al. Mammalian cell transduction and internalization properties of lambda phage displaying the full length adenoviral penton base or its central domain. *J Mol Med* 2004; 82:467-76.
66. Li Z, Zhang J, Zhao R, Xu Y, Gu J. Preparation of peptide targeted phagemid particles using a protein III-modified helper phage. *Biotechniques* 2005; 39:493-97.
67. Zanghi CN, Lankes HA, Bradeltretheway B, Wegman J, Dewhurst SA. simple method for displaying recalcitrant proteins on the surface of bacteriophage lambda. *Nucleic Acids Res* 2005; 33: 160-8.
68. Zanghi CN, Sapinoro R, Bradel-Tretheway B, Dewhurst SA. tractable method for simultaneous modifications to the head and tail of bacteriophage lambda and its application to enhancing phage mediated gene delivery. *Nucleic Acids Res* 2007; 35: 59-66.

69. Volcy K, Dewhurst SA. Proteasome inhibitors enhance bacteriophage lambda mediated gene transfer in mammalian cells. *Viro* 2009; 384: 77-87.
70. Kassner PD, Burg MA, Baird A, Larocca D. Genetic selection of phage engineered for receptor mediated gene transfer to mammalian cells. *Biochem Biophys Res Commun* 1999; 264:921-8.
71. Bengary H, McKinney RL, Rosengart T, Lesser ML, Crystal RG. Systemic interleukin-6 responses following administration of adenovirus gene transfer vectors to humans by different routes. *Mol Ther* 2002; 6: 287-97.
72. Cotter MJ, Muruve DA. The induction of inflammation by adenovirus vectors used for gene therapy. *Front Bio sci* 2005;10:1098-105.
73. Engler H, Machemer T, Philopena J, Wen SF, Quijano E, Ramachandra M, et al. Acute hepatotoxicity of oncolytic adenoviruses in mouse models is associated with expression of wild type E1a and induction of TNF- α . *Virology* 2004; 328: 52-61.
74. Kutter E, Sulakvelidze A. Bacteriophages: Biology and Applications. Bocaraton Pablication ; 2005.P.122-8.
75. Kovacs EW, Hooker JM, Romanini DW, Holder PG, Berry KE, Francis MB. Dual surface modified bacteriophage MS2 as an ideal scaffold for a viral capsid based drug delivery system. *Bioconjug Chem* 2007; 18: 1140-7.
76. Molenaar TJ, Michon I, de Haas SA, van Berkel TJ, Kuiper J, Biessen EA. Uptake and processing of modified bacteriophage M13 in mice: implications for phage display. *Virology* 2002; 293:182-91.
77. Prasuhn DE, Singh P, Strable E, Brown S, Manchester M, Finn MG. Plasma clearance of bacteriophage Q β particles as a function of surface charge. *J Am Chem Soc* 2008; 130:1328-34.
78. Shukla S, Wen AM, Ayat NR, Commandeur U, Gopalkrishnan R, Broome AM, Lozada KW, Keri RA, Steinmetz NF. Biodistribution and clearance of a filamentous plant virus in healthy and tumor bearing mice. *Nanomedicine* 2014;9:221-35.
79. Li SD, Huang L. Pharmacokinetics and biodistribution of nanoparticles. *Mol Pharm* 2008; 5:496-04.
80. Singh P, Prasuhn D, Yeh RM, Destito G, Rae CS, Osborn K, et al. Biodistribution, toxicity and pathology of cowpea mosaic virus nanoparticles in vivo. *J Control Release* 2007; 120:41-50.
81. Steinmetz NF, Mertens ME, Taurog RE, Johnson JE, Commandeur U, Fischer R, et al. Potato virus X as a novel platform for potential biomedical applications. *Nano Lett* 2010; 10:305-12.
82. Bruckman MA, Kaur G, Lee LA, Xie F, Sepulveda J, Breitenkamp R, et al. Surface modification of tobacco mosaic virus with click chemistry. *Chem Biol Chem* 2008; 9:519-23.
83. Kovacs EW, Hooker JM, Romanini DW, Holder PG, Berry KE, Francis MB. Dual surface modified bacteriophage MS2 as an ideal scaffold for a viral capsid based drug delivery system. *Bioconjug Chem* 2007; 18: 1140-7.
84. Destito G, Yeh R. Folic acid mediated targeting of cowpea mosaic virus particles to tumor cells. *Chem Biol* 2007; 14:1152-62.
85. Steinmetz NF, Manchester M. Pegylated viral nanoparticles for biomedicine: the impact of PEG chain length on VNP cell interactions invitro and exvivo. *Biol Macro* 2009; 10:784-92.
86. Raja KS. Hybrid virus polymer materials. Synthesis and properties of PEG decorated cowpea mosaic virus. *Biol Macro* 2003; 3: 472-6.



Potential applications of bacteriophages in medicine: medical imaging, targeted drug and gene delivery

Khalajkondori M^{1}*

(Received: January 24, 2014 Accepted: June 10, 2014)

Abstract

Despite the progresses achieved in the treatment, detection and development of effective drugs for curing of diseases e.g. cancer, using of such therapeutics by patients is associated with severe side-effects. Since, most of them are not specific for cancerous cells; they may affect normal cells as well. So, targeted delivery of therapeutics is very important. Bacteriophages are a subtype of viral nanoparticles (VNPs) which can potentially deliver therapeutics to target cells/tissues, and this aspect of bacteriophage application has recently been considered by researchers. Plenty of studies show that not only bacteriophages have capacity for targeted delivering of imaging agents, drugs and genes into the cells/tissues but have appropriate profile of

distribution in tissues and clearance from blood stream as well. Moreover, images obtained from different radioactive and optic imaging approaches have high-resolution in methods using bacteriophage because of their depth penetration into the tissues. Furthermore, bacteriophage-based approaches have more advantages such as safety and low cost. Regarding the plenty of advantages, it is expected that bacteriophages might be used as a suitable tool in diverse clinical trials in the near future. In the present study, the potential applications of bacteriophages are considered in medical imaging, targeted drug and gene delivery.

Keywords: Phage Nanodrug, Phage targeting, Targeted Drug and Gene Delivery, Medical Imaging.

1. Dept. of Animal biology Group, Faculty of Natural Science, University of Tabriz, Tabriz, Iran.

* Corresponding author Email: khalaj@tabrizu.ac.ir