©Коллектив авторов

ХЛОРИН e6 В ФОСФОЛИПИДНЫХ НАНОЧАСТИЦАХ СО СПЕЦИФИЧЕСКИМИ АДРЕСНЫМИ И ПРОНИКАЮЩИМИ ПЕПТИДАМИ КАК ПЕРСПЕКТИВНАЯ КОМПОЗИЦИЯ ДЛЯ ФОТОДИНАМИЧЕСКОЙ ТЕРАПИИ ЗЛОКАЧЕСТВЕННЫХ НОВООБРАЗОВАНИЙ

Л.В. Кострюкова¹*, А.Д. Плютинская², А.А. Панкратов², Е.И. Короткевич¹, В.Н. Прозоровский¹, Е.Г. Тихонова¹, Т.И. Торховская^{1,3}, Ю.А. Терешкина¹

¹Научно-исследовательский институт биомедицинской химии имени В.Н. Ореховича, 119121, Москва, ул. Погодинская, 10, * эл. почта: kostryukova87@gmail.com

²Московский научно-исследовательский онкологический институт имени П.А. Герцена, 125284, Москва, 2-ой Боткинский проезд, 3

³Федеральный научно-клинический центр физико-химической медицины, 119221, Москва, ул. М. Пироговская, 1а

В системе *in vitro* на культуре клеток фибросаркомы человека HT-1080 изучена цитотоксическая и фотоиндуцированная активность хлорина е6 (Себ) в фосфолипидных наночастицах (НЧ), содержащих специфический адресный и клеточно-проникающий пептиды. Показано, что добавление клеточно-проникающего пептида R7 (гептааргинина) — одного или в сочетании с пептидом, содержащим специфический векторный фрагмент NGR (Asn-Gly-Arg), — приводит к 3-х кратному повышению специфической фотоидуцированной активности Себ по сравнению с таковой в НЧ без пептидов (величины ИК₅₀ составляли 0,7 мкг/мл и 2,1 мкг/мл соответственно). Слабое влияние одного NGR — менее 20% (ИК₅₀ 1,7 мкг/мл) и отсутствие его эффекта при дополнении к R7 (ИК₅₀ 0,7 мкг/мл) — указывает на большую значимость в данном случае проникновения Себ в клетку, чем обеспечиваемой NGR адресной направленности. Влияние включения пептидов на общую цитотоксичность Себ оказалось минимальным (в 10-16 раз меньше, чем на специфическую фотоиндуцируемую активность). Полученные результаты в сочетании с показанным нами ранее улучшением фармакокинетики Себ при его включении в фосфолипидные НЧ в системе *in vivo* указывают на перспективность использования полученной системы фосфолипидных НЧ для фотодинамической терапии.

Ключевые слова: хлорин е6; фосфолипидные наночастицы; специфический пептид с NGR-мотивом; гептааргинин; фотоиндуцированная активность

DOI: 10.18097/PBMC20196506507

ВВЕДЕНИЕ

Фотодинамическая терапия, как метод лечения злокачественных опухолей, основана на введении в организм фотосенсибилизатора (ФС), способного накапливаться в опухолевой ткани, с последующим локальным световым облучением очага поражения. Активация ФС световым воздействием сопровождается генерированием активных форм кислорода и свободных радикалов, обладающих высоким цитотоксическим и цитостатическим потенциалом [1, 2]. В то же время многие ФС плохо растворимы и обладают низкой биодоступностью. Поэтому в настоящее время, наряду с поиском новых соединений, развивается несколько направлений по поиску транспортных систем для ФС с целью увеличения селективности их накопления в опухоли. Они включают конъюгацию с белками, моноклональными антителами, включение в наночастицы (НЧ) и липосомы разного строения [3].

Одним из наиболее распространённых способов доставки ФС и соединений других классов, имеющих ограниченную растворимость в физиологических средах, является их включение в липосомы, что осуществляется как в экспериментальных исследованиях, так и в клинической практике [4]. Липосомы обладают значительным потенциалом

в качестве систем доставки как для липофильных, так и гидрофобных соединений, способствуют снижению токсичности, повышению терапевтической эффективности. Наряду с липосомами, разрабатываются другие липид-содержащие транспортные системы с улучшенными свойствами, с доставкой различных лекарств, в том числе и ФС. Одной из них является разработанная нами система с включением хлорина е6 (Се6) в фосфолипидные НЧ ультрамалого размера (менее 30 нм), обеспечивающая их лучшую биодоступность и фармакокинетику [5, 6].

Дополнительной возможностью, улучшающей оптимизирующее действие систем доставки лекарственных соединений, является присоединение к их поверхности ряда лигандов, способных специфически связываться с антигенами или рецепторами на поверхности клетки, что способствует направленной доставке транспортируемого агента к клеткам-мишеням [7-9]. В качестве специфических лигандов используют так называемые адресные ("таргетные"), векторные пептиды, для которых показана аффинность к некоторым белкам или рецепторам, экспрессирующимся в большей степени на поверхности опухолевых клеток, чем нормальных [10, 11]. Одним из таких видов лигандов могут выступать пептиды, включающие NGR мотив, последовательность аспарагин-глицин-аргинин (Asn-Gly-Arg) [12], который показывает высокую аффинность к аминопептидазе N (CD13, APN) – ферменту, гиперэкспрессирующемуся на поверхности многих опухолевых клеток и сосудов ткани опухоли [10].

Другим подходом для улучшения доставки лекарств в транспортных системах является повышение их проникновения внутрь клетки (интернализации). Для этого используют пептиды с иными свойствами, способные проникать в клетку через её мембрану, внося с собой и конъюгированные с ними структуры. Такие пептиды получили название клеточно-проникающих (cell-penetrating) [13]. Известно несколько таких пептидов, которых содержат остаток аргинина; их используют для повышения внутриклеточной доставки лекарственных средств [14]. Положительные результаты получены также при использовании сочетания адресных и проникающих пептидов направленной внутриклеточной доставки транспортирующих лекарств И ИХ систем к опухолевым клеткам [15].

Ранее нами было показано *in vitro*, что при использовании двух специфических пептидов – клеточно-проникающего R7 [16] и адресного, гексапептида, содержащего NGR-мотив [17], – в качестве компонентов фосфолипидных наночастиц с Се6, повышается его связывание с опухолевыми клетками, а для гептааргинина (R7) также и проникновение в клетки (интернализация) [16].

Целью данной работы была оценка связывания и проникающей способности композиций Себ, включенного в фосфолипидные НЧ с добавлением пептидов различного механизма действия (специфического адресного и проникающего), а также изучение их цитотоксической и фотоиндуцированной активности в экспериментах in vitro — по сравнению с действием такой же системы без пептидов.

МЕТОДИКА

Исследуемые препараты хлорина еб

Для оценки проникающего и/или специфического влияния пептидов в качестве компонентов системы доставки Себ в фосфолипидных наночастицах (НЧ) в экспериментах *in vitro*, были получены образцы Себ, приготовление и характеристика которых описаны ранее [6, 16, 17]:

- 1) Ce6, встроенный в фосфолипидные HЧ NPh-Ce6;
- 2) Себ, встроенный в фосфолипидные НЧ с добавлением проникающего пептида гептааргинина NPh-Ce6-R7;
- 3) Себ, встроенный в фосфолипидные НЧ с добавлением специфического пептида с NGR-мотивом, присоединённого через его ассоциат с дистеароилфосфатидилхолином (DSPE) и полиэтиленгликолем (Peg2000) NPh-Ce6-DSPE-Peg2000-NGR;
- 4) Себ, встроенный в фосфолипидные НЧ с добавлением пептида с NGR-мотивом и проникающего пептида гептааргинина NPh-Ce6-DSPE-Peg2000-NGR-R7.

Культивирование клеток

В исследовании была использована клеточная линия фибросаркомы человека (культура клеток НТ-1080), полученная в НИИ вирусологии им. Д.И. Ивановского (Москва). Культивирование опухолевых клеток проводили согласно рекомендациям, указанным в сертификате культуры клеток, с использованием соответствующих сред с добавлением 10% эмбриональной телячьей сыворотки (ЭТС) ("ПанЭко", Россия) [18]. Клетки культивировали при 37°С во влажной атмосфере с содержанием 5% СО₂ (СО₂-инкубатор "Binder", Германия). В работе использовали клеточные линии от 3 до 10 пассажей.

Оценка клеточного связывания и проникающей способности хлорина еб в исследуемых композициях

Клетки (10⁶ на лунку) рассеивали в 6-луночные планшеты и инкубировали культуральные в течение 24 ч при 37°C. Далее к клеткам добавляли указанные выше образцы в концентрации 25 мкг/мл (по Себ) и инкубировали в течение 2-х ч при температуре 37°C в CO₂-инкубаторе ("Sanyo", Япония) и при 4°C. После инкубации среду с исследуемыми композициями удаляли и промывали дважды фосфатно-солевым ("ПанЭко"). Определение содержания Себ в клетках проводили как описано ранее [6] после его экстракции раствором 0,1% муравьиной кислоты ("Sigma", США) в метаноле ("Fisher Scientific", Великобритания) (по 1 мл в лунку). Экстракты переносили в пробирки Eppendorf, центрифугировали при 10000 об/мин 10 мин при 4°C (центрифуга Eppendorf 5810R, ротор FA-45-30-11, "Eppendorf", Германия), после чего анализировали методом ВЭЖХ с масс-спектрометрией. хроматографическую Использовали ВЭЖХ Agilent 1200 Series с колонкой Eclipse XDB-C18 ("Agilent Technologies", CIIIA) масс-спектрометрическим 6130 Quadrupole LC/MS ("Agilent Technologies") [6]. Содержание Себ в клетках нормировали на уровень белка (мг), определяемого методом Лоури. Полное проникновение Себ в клетку (интернализацию) рассчитывали, как и ранее [15], по разности его содержания при 37°C (общее накопление в клетках) и при 4°С; ранее показано, что при 4°С взаимодействие пептида с клеткой ограничивается его ассоциацией с наружной клеточной мембраной, и входит он в клетку только при более высоких температурах [17].

Оценка цитотоксического действия хлорина еб

Клетки (10^6 на лунку) рассеивали в стерильные 96-луночные культуральные планшеты и инкубировали при 37° С в атмосфере 5% СО $_2$ (СО $_2$ -инкубатор "Binder") в течение 24-26 ч. Далее в планшеты вносили сравниваемые композиции в концентрациях по Себ от 0,016 мкг/мл до 20 мкг/мл (разведение с шагом 5); разведение образцов осуществляли культуральной средой без сыворотки. Клетки инкубировали с образцами 24 ч при 37° С в атмосфере 5% СО $_2$. Оценку жизнеспособности клеток проводили с использованием МТТ теста

("Sigma") [18]. Регистрировали поглощение при 550 нм (Multiscan FC, "ThermoSpectronic", США) и нормировали на необработанный контроль (без Ce6).

Уровень ингибирования роста клеток вычисляли по формуле:

$$MP (\%) = [(OD_{K} - OD_{O}) / OD_{K}] \times 100\%,$$

где: ИР — уровень ингибирования роста клеток в культуре; OD_o и OD_k — оптическая плотность раствора формазана (при проведении МТТ теста) в опытных и контрольных лунках соответственно.

Оценка фотоиндуцированной активности

Для оценки специфического фотодинамического действия Себ в исследуемых фосфолипидных композициях подготовку клеток и инкубацию с исследуемыми композициями проводили, как описано выше для определения цитотоксического эффекта. Далее клетки подвергали облучению светом (источник облучения - галогеновая лампа с широкополосным фильтром КС-13 ($\lambda \ge 640$ нм), мощностью 500 Вт). Доза света составляла 10 Дж/см². После облучения клетки оставляли при стандартных условиях (при 37°C в атмосфере 5% CO₂) на 24-28 ч, затем проводили оценку выживаемости опухолевых клеток с использованием МТТ-теста, как описано выше. Критерием оценки специфической активности являлась величина ИК₅₀ - концентрация Себ, вызывающая 50% гибель опухолевых клеток [18].

Достоверными считали различия при p<0,05. На рисунках представлены данные как среднее значение ± стандартная ошибка среднего. Статистически значимые различия указаны звёздочкой.

РЕЗУЛЬТАТЫ И ОБСУЖДЕНИЕ

Исследуемые в работе фосфолипидные транспортные системы представляли собой НЧ с диаметром менее 30 нм; такой размер способствует их лучшему взаимодействию с клеткой по сравнению

с более крупными фосфолипидными частицами липосомами [5]. В данной работе фосфолипидные НЧ были снабжены векторами, в качестве которых использованы пептиды, содержащие аргинина, меняющий ζ-потенциал НЧ [16]. При этом поверхности НЧ придается положительный заряд, что должно быть существенным для взаимодействия НЧ с опухолевыми клетками [10]. На рисунке 1 показаны результаты исследования проникновения Себ клетки HT-1080 после 2 ч инкубации включаюшими его фосфолипидными содержащими пептид R7, или пептид, включающий последовательность NGR, или их сочетание. Общее накопление Себ в клетках при инкубации с транспортирующими его фосфолипидными НЧ существенно выше (в среднем в 1,5-2 раза) в случае присутствия в них пептидов по сравнению с исходными НЧ. Особенно выраженным как для общего накопления, так и для интернализации (проникновение в клетки) – был эффект их сочетания, то есть присутствия и адресного (NGR), и клеточнопроникающего (R7) пептидов (NPh-Ce6-NGR-R7). Интернализация Себ в клетку была для этой, сочетанной композиции, в 3 раза выше, чем для исходных НЧ, при относительно небольшом эффекте присутствия этих пептидов в отдельности -NPh-Ce6-NGR и особенно NPh-Ce6-R7, в отличие от наблюдаемого нами ранее выраженного влияния каждого из них для клеток Hep-G2 [16, 17], может быть связано с какими-либо особенностями клеточной линии НТ-1080. Результаты свидетельствуют о наличии у фосфолипидной композиции с двумя пептидами не только [10, обусловленного NGR адресного но и проникающего действия, усиленного влиянием этого пептида. Большее клеточное накопление Себ при присоединении использованных пептидов к транспортирующим его НЧ, очевидно, обусловлено присутствием в них положительно заряженного остатка аргинина, способствующего как присоединению НЧ к клетке, так и интернализации [14-17].

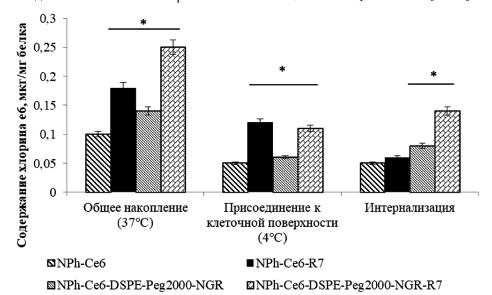


Рисунок 1. Накопление Себ в клетках культуры HT-1080 после 2 ч инкубации с включающими его фосфолипидными наночастицами. Интернализацию рассчитывали по разности его содержания при 37°C и при 4°C [17].

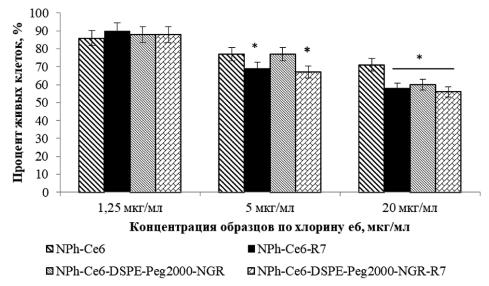


Рисунок 2. Цитотоксическое действие (без воздействия светом) Себ в различных системах доставки относительно опухолевых клеток культуры HT-1080.

Результаты изучения цитотоксического неспецифического эффекта (без облучения) исследуемых образцов на основе Себ представлены на рисунке 2. При введении Себ в составе исходных фосфолипидных НЧ (без пептидов) происходило некоторое снижение процента живых клеток в среде в зависимости от добавляемой его концентрации - до 88-90% от исходного уровня (без Себ) при 1,25 мкг/мл и до 70% при 20 мкг/мл. Добавление всех пептидов при минимальной концентрации (1,25 мкг/мл) не оказывало влияния на цитотоксичность; при 5 мг/мл наблюдалась некоторая тенденция к увеличению цитотоксического эффекта, а при максимально используемой (20 мкг/мл) количество живых клеток по сравнению с таковым для исходной системы было достоверно ниже для всех трёх композиций с пептидами по сравнению с исходной системой (NPh-Ce6) – в среднем на 14-15%.

Существенно более выраженным оказался эффект от встраивания пептидов в НЧ с Себ его специфическую фотоиндуцированную противоопухолевую активность по отношению к подвергнутым действию этих НЧ клеткам. фотодинамического Результаты воздействия на опухолевые клетки фибросаркомы НТ-1080 после их инкубации с исследуемыми фосфолипидными композициями ФС представлены на рисунке 3. Наиболее сильное действие оказывало добавление к содержащим Себ фосфолипидным НЧ проникающего пептида R7. Как видно из рисунка 3, его добавление существенно повышало фотоиндуцированную противоопухолевую активность Себ – величина ИК₅₀ оказалась в 3 раза меньшей (0,7 мкг/мл), чем для исходных НЧ (2,1 мкг/мл). Адресный пептид с NGR-мотивом оказывал в этом плане лишь небольшое влияние (несмотря на его действие на общее связывание и обусловленную им интернализацию) (рис. 1). При этом добавление его к НЧ с R7 не повышало степени уже индуцированной этим гептапептидом активации. Отсутствие эффекта

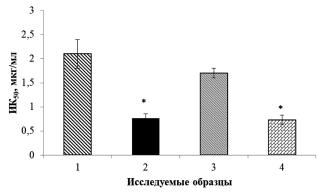


Рисунок 3. Фотоиндуцированная активность композиций Себ относительно опухолевых клеток культуры HT-1080. (Представлены величины ИК₅₀ Себ, вызывающие 50% гибель клеток). 1 – NPh-Себ; 2 – NPh-Себ-R7; 3 – NPh-Себ-DSPE-Peg2000-NGR; 4 – NPh-Себ-DSPE-Peg2000-NGR-R7 ("Методика").

добавления NGR в данном случае может быть связано с какими-либо особенностями принявших его доменов, меньшей клеточных В степени чувствительных к повреждающему действию генерируемых этим ФС активных форм кислорода. По всей вероятности, наблюдаемое выраженное действие R7 обусловлено сочетанием в нем известного проникающего эффекта содержащих аргинин пептидов, которое через влияние гуанидиновой группы аргинина (Arg, R) [14] может способствовать некоторой адресной направленности по отношению к опухолевым клеткам. Её связывают с приданием их поверхности положительного способствующего взаимодействию с повышенно экспрессирующимся на опухолевых ферментом – карбоангидразой. Это трансмембранный белок с протеогликановым сегментом, для которого показано преобладание отрицательного заряда за счёт высокого уровня дикарбоновых аминокислот [20]. Следует подчеркнуть значительно более выраженное влияние введения R7 на специфическое противоопухолевое действие ФС (повышение в 3 раза, рис. 3) по сравнению с показанным выше (рис. 2) небольшим (не более 15%), и то лишь при очень высоких концентрациях, увеличением общей цитотоксичности. То есть, разница в степени проявления эффектов в 10-16 раз.

Кроме того, показанная на рисунке 3 выраженная противоопухолевого активация эффекта при снабжении транспортирующих его НЧ пептидом даёт возможность уменьшить терапевтические дозы препарата в клинике. Это, в свете показанной (рис. 2) концентрационной зависимости воздействия пептидов на цитотоксичность Себ, позволит свести или практически минимуму устранить свойственное этому ФС цитотоксическое действие. Следует также иметь В виду показанное нами ранее улучшение фармакокинетики Ce6 при его включении в фосфолипидные НЧ по сравнению со свободным ФС - более быстрый клиренс организма (выведение) ИЗ с повышенным накоплением в ткани опухоли [6]. То есть, Себ в снабжённых пептидом НЧ меньшее время циркулирует в кровотоке, что должно ещё более снизить возможность проявления его побочных цитотоксических эффектов (в дополнение к снижению вводимых доз).

Отсутствие в проведенных экспериментах влияния адресного пептида с NGR-мотивом на действие Себ после инкубации НЧ с клетками *in vitro* не исключает проявления его избирательного действия в условиях *in vivo* путём возможного снижения поступления в здоровые клетки, не экспрессирующие аффинный к нему фермент, аминопептидазу, APN, для выяснения чего необходимы дальнейшие эксперименты. При этом будут выяснены также такие существенные свойства разработанных транспортных систем, как избирательность и специфичность в отношении раковых клеток.

ЗАКЛЮЧЕНИЕ И ВЫВОДЫ

Использование двух пептидов (специфического адресного с NGR-мотивом и проникающего, гептааргинина R7), присоединённых к содержащим Себ фосфолипидным НЧ, приводит к увеличению связывания и проникновения Себ в опухолевые клетки. При этом влияние на цитотоксический эффект проявляется слабо и приблизительно одинаково всех исследуемых образцов. При исследовании специфического противоопухолевого фотодинамического действия Себ в фосфолипидных НЧ был показан значительно более выраженный эффект, особенно для проникающего пептида более чем в 10 раз по сравнению с такими же НЧ Таким образом, исследование пептидов. возможности использования двух пептидов R7 и пептида с NGR-мотивом – в качестве дополнения к фосфолипидной системе доставки для Себ показало перспективность данного направления для дальнейших разработок с целью оптимизации данной композиции в фотодинамической терапии.

БЛАГОДАРНОСТИ

Авторы благодарят сотрудников лаборатории пептидной инженерии ИБМХ, руководимой проф. Е.Ф. Колесановой, за предоставление синтезированного ими гептааргинина (R7) и сотруднику лаборатории биосинтеза белка к.б.н. Г.Е. Морозевич за помощь в работе с клеточными культурами.

ФИНАНСИРОВАНИЕ

Работа выполнена в рамках Программы фундаментальных научных исследований государственных академий наук на 2013-2020 годы.

СОБЛЮДЕНИЕ ЭТИЧЕСКИХ СТАНДАРТОВ

Настоящая статья не содержит каких-либо исследований с участием людей или с использованием животных в качестве объектов.

ЛИТЕРАТУРА

- Yakubovskaya R.I., Morozova N.B., Pankratov A.A., Kazachkina N.I., Plyutinskaya A.D., Karmakova T.A., Andreeva T.N., Venediktova Yu.B., Plotnikova E.A., Nemtsova E.R., Sokolov V.V., Filonenko E.V., Chissov V.I., Kogan B.Ya., Butenin A.V., Feofanov A.V., Strakhovskaya M.G. (2015) Russ. J. General Chem., 85(1), 217-239
- Moghissi K., Dixon K., Gibbins S. (2015) Surg. J. (NY), 1(1), 1-15.
- Мачинская Е.А., Иванова-Радкевич В.И. (2013)
 Фотодинамическая терапия и фотодиагностика,
 2(4), 28-32. [Machinskaya E.A., Ivanova-Radkevich V.I. (2013) Photodynamic therapy and photodyagnosis,
 2(4), 28-32.]
- Li M., Du C., Guo N., Teng Y., Meng X., Sun H., Li S., Yu P., Galons H. (2019) Eur. J. Med. Chem., 164, 640-653.
- Медведева Н.В., Прозоровский В.Н., Игнатов Д.В., Дружиловская О.С., Кудинов В.А., Касаткина Е.О., Тихонова Е.Г., Ипатова О.М. (2015) Биомед. химия, 61(2), 219-230. [Medvedeva N.V., Prozorovskiy V.N., Ignatov D.V., Druzilovskaya O.S., Kudinov V.A., Kasatkina E.O., Tikhonova E.G., Ipatova O.M. (2015) Biomed. Khimiya, 61(2), 219-230.]
- 6. Kostryukova L.V., Prozorovskiy V.N., Medvedeva N.V., Ipatova O.M. (2018) FEBS Open Bio., **8**(2), 201-210.
- 7. Daeihamed M., Dadashzadeh S., Haeri A., Akhlaghi M.F. (2017) Curr. Drug Deliv., 14(2), 289-303.
- 8. Kloesch B., Gober L., Loebsch S., Vcelar B., Helson L., Steiner G. (2016) In Vivo, **30**(4), 413-419.
- Толкачева Е.В., Оборотова Е.А. (2006) Российский биотерапевтический журнал, 5(1), 54-61. [Tolkacheva E.V., Oborotova N.A. (2006) Russian Biotherapeutic Journal, 5(1), 54-61.]
- 10. Прозоровкий В.Н., Торховская Т.И., Кострюкова Л.В., Ипатова О.М. (2018) Биофармацевтический журнал, **10**(4), 3-18 [*Prozorovskiy V.N., Torkhovskaya T.I., Kostryukova L.V., Ipatova O.M.* (2018) Russian Journal Biopharmaceuticals, **10**(4), 3-18.]
- 11. Raucher D. (2019) Curr. Opin. Pharmacol., 47, 14-19.

ХЛОРИН e6 В ФОСФОЛИПИДНЫХ НАНОЧАСТИЦАХ С ПЕПТИДАМИ

- 12. Ma J., Zhang D., Ying X., Zhao Y., He C., Zhu Q., Han S. (2015) Curr. Cancer Drug Targets, **15**(6), 533-541.
- 13. Ramsey J.D., Flynn N.H. (2015) Pharmacol Ther., 154, 78-86.
- 14. Futaki S. (2006) Biopolymers, 84(3), 241-249.
- 15. Chen J.X., Wang H.Y., Li C., Han K., Zhang X.Z., Zhuo R.X. (2011) Biomaterials, **32**(6), 1678-1684.
- 16. Kostryukova L.V., Korotkevich E.I., Morozevich G.E., Kolesanova E.F., Mel'nikova M.V., Filatova Y.V., Torkhovskaya T.I., Prozorovskii V.N., Tikhonova E.G., Ipatova O.M. (2019) Bull. Exp. Biol. Med., **167**(3), 347-350.
- 17. Прозоровский В.Н., Кострюкова Л.В., Короткевич Е.И., Торховская Т.И., Морозевич Г.Е., Тихонова Е.Г., Ипатова О.М. (2018) Biomedical Chemistry: Research and Methods, 1(4), e00063, 1-4. [Prozorovskiy V.N., Kostryukova L.V., Korotkevich E.I., Torkhovskaya T.I., Morozevich G.E., Tikhonova E.G., Ipatova O.M. (2018) Biomedical Chemistry: Research and Methods, 1(4), e00063.]
- 18. Якубовская Р.И., Казачкина Н.И., Кармакова Т.А., Морозова Н.Б., Панкратов А.А., Плютинская А.Д., Феофанов А.В., Чиссов В.И., Зебрев А.И., Тихомирова А.В. (2012) Руководство по проведению доклинических исследований лекарственных средств (Под ред. А.Н. Миронова и др.) Гриф и К, Москва, 655-669. ISBN 978-5-8125-1466-3. [Yakubovskaya R.I., Kazachkina N.I., Karmakova T.A., Morozova N.B., Pankratov A.A., Plyutinskaya A.D., Feofanov A.V., Chissov VI., Zebrev A.I., Tikhomirova A.V. (2012) Guide to Preclinical Drug Research (Mironov A.N. et al., eds.), Grif and Co., Moscow, pp. 655-669.
- Sheldon K., Liu D., Ferguson J., Gariépy J. (1995)
 Proc. Natl. Acad. Sci. USA, 92(6), 2056-2060.
- 20. Zavadova Z., Zavada J. (2005) Oncol. Rep., 13(5), 977-982.

 Поступила в редакцию:
 21. 10. 2019.

 После доработки:
 27. 10. 2019.

 Принята к печати:
 30. 10. 2019.

CHLORINE e6 IN PHOSPHOLIPID NANOPARTICLES WITH SPECIFIC TARGETING AND PENETRATING PEPTIDES AS PROSPECTIVE COMPOSITION FOR PHOTODYNAMIC THERAPY OF MALIGNANT NEOPLASMS

L.V. Kostryukova^{1*}, A.D. Plyutinskaya², A.A. Pankratov², E.I. Korotkevich¹, V.N. Prozorovskiy¹, E.G. Tikhonova¹, T.I. Torkhovskaya^{1,3}, Yu.A. Teryoshkina¹

¹Institute of Biomedical Chemistry,

10 Pogodinskaya str., Moscow, 119121 Russia; *e-mail: kostryukova87@gmail.com
²Herzen Moscow Oncology Research Institute, 3, 2-nd Botkinsky pr., Moscow, 125284 Russia
³Federal Research and Clinical Center of Physical-Chemical Medicine, 1a M. Pirogovskaya str., Moscow, 119221 Russia

Cytotoxic and photoinduced activity of chlorine e6 (Ce6) in phospholipid nanoparticles with specific tumor targeting and cell-penetrating peptides was studied *in vitro* using human fibrosarcoma cells HT-1080. It was shown, that the binding of cell-penetrating peptide R7 – alone or combined with the peptide containing specific targeting motif NGR (Asn-Gly-Arg) – resulted in 3-fold decrease of Ce6 photoinduced activity as compared with that in nanoparticles without peptides (IC $_{50}$ values were 0.7 µg/ml and 2.1 µg/ml, respectively). The NGR influence was unexpectedly low – less than 20% (IC $_{50}$ 1.7 µg/ml). This suggests the more importance of Ce6 cell penetration in this case, than of NGR-mediated targeting. The effect of inclusion of both peptides on the total cytotoxicity of Ce6 was minimal (10-16 times less than on the specific photoinduced activity). The obtained results – together with earlier shown effects on improvement of the pharmacokinetics of Ce6 *in vivo* after its embedding into phospholipid nanoparticles – indicate the prospects of using the obtained phospholipid nanoparticles system for photodynamic therapy.

Key words: chlorin e6; phospholipid nanoparticles; a specific peptide with an NGR motif; hepta arginine; photo-induced activity

Funding. This work was supported by the Fundamental Scientific Research Program for 2013-2020 of the State Academies of Sciences for 2013-2020.

Received: 21.10.2019, revised: 27.10.2019, accepted: 30.10.2019.