

معرفی مشتق جدیدی از بیوتین و DTPA جهت نشاندار ساختن آنتی بادیهای منوکلونال با In^{111} با هدف شناسائی تومورهای سرطانی

دکتر ثریا شاه حسینی^۱، دکتر غلامرضا فرشیدفر^۲، دکتر رضا نجفی^۳

^۱دانشکده داروسازی، دانشگاه علوم پزشکی شهید بهشتی

^۲دانشکده پزشکی، دانشگاه علوم پزشکی بندرعباس

^۳بخش رادیوایزوتوپ، مرکز تحقیقات هسته‌ای، سازمان انرژی اتمی ایران

چکیده

آنتی بادیهای منوکلونال که یک دسته از داروهای پروتئینی را تشکیل می‌دهند همراه با رادیوایزوتوپها، توآوری جدیدی در زمینه تشخیص، تحقیق و درمان بیماری‌ها محسوب می‌شوند. یکی از محدودیت‌های جدی کاربرد آنتی بادی‌های نشاندار در تجربیات درون تنی (*in vivo*) نسبت کم اکتیویته هدف به زمینه می‌باشد. بررسی‌ها و تحقیقات زیادی در جهت رفع این مشکل صورت گرفته است. نظریه *Tumor pre-targeting* که در سال ۱۹۸۹ پیشنهاد شد تا به حال نتایج خوبی را در جهت کاهش جذب زمینه نشان داده است، با توجه به اهمیت روز افزون آنتی بادی‌های منوکلونال و رادیوایزوتوپها، در این تحقیق بر اساس نظریه *Tumor pre-targeting* مشتق جدیدی از بیوتین و DTPA تهیه شد. مشتق جدید *DTPA-bio-10X* به همراه In^{111} با *DTPA-bio-10X* نشاندار شدند. ترکیبات نشاندار از طریق سیاهرگ دمی به موشهای *Balb/c* تزریق شدند. در حد دوز تزریقی در هر گرم خون (%ID/g of blood) در زمانهای ۱۵، ۳۰، ۶۰، ۱۲۰، ۱۸۰، ۲۴۰ دقیقه تعداد از تزریق تعیین شد. نتایج نشان دادند که In^{111} -DTPA-*bio-10X* با انتصار ۱۰ بار آذین (10X) وزن مولکولی ترکیب افزایش پانده، کلیرانس آهسته تر بوده و به نظر می‌رسد که متناسب با وزن مولکولی باشد. بنابراین فرصت کافی جهت تجمع ترکیب در هدف و پاک شدن از بافت‌های سالم وجود دارد. با ظهور نسل دوم آنتی بادیهای منوکلونال و مهندسی آنتی بادی، روش‌های جدید ارائه شده است و به نظر می‌رسد که مشتق جدید بتواند به خوبی در این موارد ایفای نقش کند.

واژگان کلیدی

آنتی بادی منوکلونال (MAb)، دی‌اتبلن تری آمین پتا استیک اسید (DTPA)، ایندیوم-۱۱۱ (In^{111}), *FPLC*(Fast Performance Liquid Chromatography)

افزایش یافت. رادیو ایمونوستی گرافی (RIS) که یکی از این کاربردها می‌باشد، در بیش از هزاران مريض انجام شد و ارزش باليني آن در تشخيص تومورها، تعیین محل عفونت و التهاب، مشکلات قلبی - عروقی مثل تشخیص نکروزیز میوکاردیال و ترومبوزیز سمی بادیهای نشاندار شده با مواد رادیواکتیو به سرعت

مقدمه

بعد از معرفی نکنولوژی هیبریدوما توسط Kohler و Milstein در سال ۱۹۷۵ که منجر به تولید آنتی بادیهای منوکلونال شد [۱] کاربردهای بالینی آنتی بادیهای نشاندار شده با مواد رادیواکتیو به سرعت

انسان‌ها بر اساس سیستم آویدین - بیوتین در راستای تحقق نظریه Tumor pre-targeting آزمایش شده‌اند که شامل روش دو مرحله‌ای (Two-step) و سه مرحله‌ای (Three-step) می‌باشد [۲۴]. روش دو و سه مرحله‌ای بر اساس پیوند قوی بین آویدین-بیوتین (10^{15} M) و $k_d = 1.3 \times 10^{-5} \text{ M}$ pH5 پایه گذاری شده است. در روش دو مرحله‌ای ابتدا آنتی‌بادی ضد تومور بیوتینه شده به مدل آزمایشگاهی حاوی تومور یا انسان تجویز می‌شود ۲ تا ۳ روز بعد از تجویز آنتی‌بادی بیوتینه شده، زمانی که غلظت آنتی‌بادی در بافت‌های سالم کاهش یافته و قبل از اینکه مقدار آنتی‌بادی در هدف کاهش یابد، آویدین یا استربت آویدین نشان‌دار تجویز می‌شود و سپس تصویربرداری صورت می‌گیرد. حال آنکه در روش سه مرحله‌ای ابتدا هدف (تومور) با تجویز آنتی‌بادی‌های بیوتینه شده ضد تومور، هدف‌گیری (Pre-targeting) می‌شود سپن ۲۴-۴۸ ساعت بعد آویدین targetting (غیر نشان‌دار) تجویز شده تا آنتی‌بادی‌های بیوتینه در گردش خون و هدف را آویدینه کند در مرحله آخر مشتق بیوتین نشان‌دار تجویز می‌شود. روش سه مرحله‌ای به طور موفقیت‌آمیزی در مدل‌های حیوانی و انسانی به کار رفته است [۲۵-۲۶]. با توجه به مشکلات ناشی از جذب زمینه، روش دو مرحله‌ای جای خود را به روش سه مرحله‌ای داده است. در روش سه مرحله‌ای جذب زمینه به شدت کاهش می‌یابد [۲۷-۲۸]. اما کلیرانس سریع مشتق بیوتین نشان‌دار ($^{111}\text{In-DTPA-bio}$) امکان تجمع کافی را در هدف کاهش می‌دهد که از مشکلات روش فوق می‌باشد. با افزایش وزن مولکولی مشتق بیوتین، کلیرانس کاهش یافته و ماده نشان‌دار زمان بیشتری را در خون بسر برده که شناسنی به هدف افزایش می‌یابد.. ما در این تحقیق برای رسیدن به هدف افزایش می‌یابد.. ما در این تحقیق برای افزایش وزن مولکولی از ۱۰ باز آذین (10X) استفاده DTPA-bio-10X کردیم. DTPA-bio به همراه DTPA-bio-10X (خریداری شده از شرکت سیگما) توسط ایندیوم-۱۱۱ نشان‌دار شدند و غلظت خونی آنها در موشهای Balb/c در زمانهای مختلف تعیین شد.

مشخص شد [۲-۵]. علاوه بر موارد تشخیصی، آنتی‌بادی‌های نشان‌دار شده با مواد رادیو اکتیو در موارد درمانی (رادیو ایمونوتراپی RIT) هم به کار رفته‌اند [۲-۳]. در هر حال کاربردهای RIT با توجه به نسبت پایین اکتیویته هدف به زمینه to background ratio) محدود می‌باشد.

موقعی که آنتی‌بادی نشان‌دار شده با مواد رادیو اکتیو در *in vivo* تجویز می‌شود، آنتی‌بادی به مقدار کم (0.0007-0.01% ID/g tissue) در تومور تجمع می‌یابد و غالب دوز تجویز شده در محل‌های دیگری در بدن مثل خون، کبد، کلیه و سایر بافت‌های طبیعی یافته می‌شود [۶-۸] که باعث افزایش رادیواکتیویته زمینه شده و تشخیص بیماری‌های بدخشم و غیر بدخشم با اشکال مواجه می‌شود و در واقع یکی از مشکلات استفاده از آنتی‌بادی‌های نشان‌دار شده با مواد رادیواکتیو در تشخیص و درمان می‌باشد. به منظور بهبود نسبت رادیواکتیویته هدف به زمینه جذب آنتی‌بادی نشان‌دار شده با مواد رادیو اکتیو به تومور باید افزایش یابد یا فعالیت غیر اختصاصی در بافت‌های طبیعی کاهش یابد و یا هر دو با هم انجام پذیرد [۹-۱۶]. روش دیگر جهت کاهش رادیواکتیویته زمینه Tumor pre-targeting می‌باشد. اساس نظریه فوق تجویز جدایگانه آنتی‌بادی و ماده نشان‌دار می‌باشد. با توجه به ویژگی بالای MAb اگر زمان رسیدن ماده نشان‌دار به هدف تا موقعی که نسبت آنتی‌بادی متصل به تومور به آنتی‌بادی متصل نشده به تومور به بالاترین مقدار خود برسد، به تأخیر بیفتد نسبت هدف به زمینه افزایش پیدا کرده و تصویربر مناسب به دست خواهد آمد. در راستای رسیدن به این هدف اول آنتی‌بادی غیر رادیواکتیو تجویز می‌شود و بعد از گذشت زمان کافی جهت جایگزین شدن در هدف و پاک شدن از بافت‌های سالم، ماده نشان‌دار در شکل شیمیابی با اینستی بالا برای آنتی‌بادی تجویز می‌شود [۱۷-۲۲]. ماده نشان‌دار باید کلیرانس سریعی داشته و در عین حال توسط آنتی‌بادی که قبل از سلول‌های هدف یا تومور جایگزین شده است، گرفته شود. دو روش کلی ناکنون در مدل‌های حیوانی و در

بررسی تغییرات غلظت مشتقات بیوتین نشاندار با ^{111}In در خون موش‌های Balb/c

مقدار ۱ml/20 μCi از کمپلکس‌های ^{111}In -DTPA α , ω bis (biocytinamide) ^{111}In -DTPA-bio-10X به دو سری موش‌های Balb/c از طریق سیاهرگ دمی تزریق شد. در زمان‌های ۱۵, ۳۰, ۶۰, ۱۲۰, ۱۸۰ و ۲۴۰ دقیقه بعد از تزریق سه عدد موش از هر سری را با اتر کشته و از قلب آنها خون گرفته شد و در لوله‌های از پیش وزن شده ریخته و اکتیویته آنها اندازه‌گیری شد و مقدار %ID/g blood محاسبه شد. با اندازه‌گیری اکتیویته سرنگ قبل و بعد از تزریق دوز کل حاصل شد.

بحث و نتیجه‌گیری

استفاده از آنتی‌بادی‌ها یا مشتقات آنها که با مواد رادیو اکتیو نشاندار شده‌اند جهت تشخیص بالینی سرطان و سایر بیماری‌ها و همیotropic درمان، در دهه گذشته به سرعت افزایش یافته است که به طور عمده مدیون گسترش تکنولوژی هیبریدوما و استفاده از MAbs می‌باشد. از آنجایی که آنتی‌بادی‌ها پروتئین‌هایی با وزن مولکولی نسبتاً بالا می‌باشند به طور طبیعی کلیرانس خونی آنها آهسته بوده و آنتی‌بادی‌های نشاندار زمان زیادی را در خون مانده که زیادتر از زمان لازم برای رسیدن به هدف می‌باشد و طی یک روند آهسته از بدن حذف می‌شوند. بنابراین اگر آنتی‌بادی نشاندار با مواد رادیو اکتیو در حد نسبتاً کم در تومور تجمع یابد، اغلب دوز تجویز شده آزاد بوده و در جاهای دیگری مثل خون، کبد و سایر اعضاء طبیعی دیگر تجمع یافته و در نتیجه رادیواکتیویته زمینه افزایش یافته و تشخیص نومور مشکل می‌شود [۶]. عوامل اصلی که کاربردهای بالینی ایمونو سنتی گرافی و ایمونوتراپی را محدود می‌کنند، عبارتند از: نسبت ضعیف هدف به زمینه در تصاویر، ایمونوژنیسیته آنتی‌بادی‌های موشی تجویز شده، هزینه سنگین تولید. یک روش جهت کاهش رادیواکتیویته زمینه روش سه مرحله‌ای بر اساس تجویز جدالگانه آنتی‌بادی و ماده

مواد و روشها

- DTPA α , ω bis (biocytinamide) Sigma
- DTPA-biotin-ΑΑΑΑΑΑΑΑΑΑ(DTPA-bio-10X) e trombosi unita biologia molecolare, Milano, Italy Medicina interna-centro emofilia
- ITLC-SG Sigma , T-6770 , 20×20 cm

$^{111}\text{InCl}_3$ در بخش سیکلوترون مرکز تحقیقات کشاورزی و پزشکی هسته‌ای سازمان انرژی اتمی ایران تولید و مورد مصرف قرار گرفت. اکتیویته ^{111}In توسط دستگاه گاما کانتر با مشخصات زیر اندازه‌گیری شد. Gama counter, EG & G, ORTEC Model 4001 M, USA در این مقاله به جای DTPA α , ω bis (biocytinamide) DTPA-bio (biocytinamide) به اختصار شده است.

نشاندار کردن:

به ۱ μl ۱۰۰ از محلول DTPA α , ω bis (biocytinamide) (1 $\mu\text{g}/\mu\text{l}$ PBS) ۵۰ μCi مقدار ایندیوم-۱۱۱ در بافر استات با pH6 اضافه شد. مخلوط مدت یک ساعت در حرارت اتاق انکوبه شد و سپس جهت تعیین خلوص رادیو شیمیابی و کارآبی نشاندار شدن از روش کروماتوگرافی ITLC-SG آمونیوم استات ۱:۱۰ - ۱:۱۱ استفاده شد. به ۱ μl ۲۰۰ از محلول DTPA-bio-10X (0.2 $\mu\text{mol}/\text{ml}$ PBS) ۵۰ μCi ایندیوم-۱۱۱ در بافر استات با pH6 اضافه شد. مخلوط مدت یک ساعت در حرارت ۴ °C انکوبه شد. جهت تعیین خلوص رادیو شیمیابی و کارآبی نشاندار شدن از روش کروماتوگرافی ژل فیلتراسیون استفاده شد.

دمی تزریق شد. 111In -DTPA-bio-10X % خون در زمان‌های ۱۵، ۲۰، ۴۰، ۶۰، ۸۰ و ۱۲۰ دقیقه بعد از تزریق تعیین شد. اطلاعات حاصل در جدول ۱ نشان داده شده است.

همان طور که از نمودار ۱ مشخص است- 111In -DTPA-bio به سرعت از گردش خون پاک می‌شود. نیمه عمر بیولوژیکی آن تقریباً ۳۰ دقیقه است. بنابراین زمان کافی برای رسیدن اکتیویته به هدف وجود ندارد ولی کاهش غلظت 111In -DTPA-bio-10X آهسته تر بوده و به نظر می‌رسد که مناسب با وزن مولکولی می‌باشد پس فرصت کافی جهت تجمع در هدف و در عین حال پاک شدن از بافت‌های سالم وجود دارد.

Henatowich و همکاران [۲۶] با اتصال پروتئین با وزن مولکولی مشخص به 111In -DTPA-bio کلیرانس آن را کاهش دادند. از آنجانی که پروتئین ایمونوژن بوده و در عین حال به عنوان راه اصلی کاتابولیسم وارد کبد می‌شود و اکتیویته کبد و طحال را افزایش می‌دهد پس ترکیب مناسبی برای کاهش کلیرانس DTPA-bio 111In -DTPA-bio-10X نمی‌باشد. ما برای کاهش کلیرانس از اتصال 111In -DTPA-bio-10X به 111In -DTPA-bio-10X استفاده کردیم. وزن مولکولی مشتق را افزایش داده و غلظت خونی آهسته نر از 111In -DTPA-bio کاهش یافت. ضمن اینکه تعداد بازهای آدنین قابل تغییر بوده پس میتوان سرعت کاهش غلظت خونی را تغییر داد. باز آدنین ایمونوژن بوده و وارد کبد هم نمی‌شود، به این ترتیب جذب کبد و طحال افزایش نمی‌یابد. تنها مشکل مشتق جدید عدم اتصال کافی و مناسب به آبیدین می‌باشد که به خاطر قرار گرفتن بیوتین بین DTPA و 10X می‌باشد. از آنجانی که روش سه مرحله‌ای بر اساس سیستم آبیدین-بیوتین طراحی شده است در صورتی که مشتق جدید به نحوی تهیه شود که بیوتین و DTPA در دو محل مختلف رشته باز آدنین قرار گیرند، در روش سه مرحله‌ای بکار خواهد رفت زیرا هم امکان تشکیل کمپلکس با ایندیوم فراهم می‌شود و هم اتصال با آبیدین به خوبی صورت می‌گیرد. از طرفی با ظهور نسل دوم آتنی بادیهای منوکلونال

نشاندار (Tumor pre-targeting) می‌باشد. یکی از مشکلات روش سه مرحله‌ای بر اساس نظریه Pre-targeting کلیرانس سریع ماده نشاندار است که امکان تجمع کافی را در هدف کاهش میدهد. به منظور کاهش کلیرانس ماده نشاندار، ۱۰ باز آدنین به DTPA-bio، ماده نشاندار در روش سه مرحله‌ای، اضافه شد. DTPA-bio که در آن بیوتین به صورت بیوسیتین به طور کووالان به DTPA، کوتزوجه شده است، از DTPA-Sigma شرکت خریداری شد. مشتق DTPA-bio-10X ساخت شرکت Medicina interna در میلان ایتالیا به انتهای ۵ رشته حاوی ۱۰ باز آدنین متصل شده است.

ایندیوم-۱۱۱ در بافر استات با pH6 بر روی DTPA-bio-10X و DTPA-bio تعیین کارآیی نشان دار شدن و خلوص رادیو شیمیابی، کروماتوگرافی صورت گرفت. در سیستم کروماتوگرافی ITLC-SG، استات آمونیوم 10^{-1}M متابل (۱:۱)، ایندیوم-۱۱۱ در مبدأ مانده ($R_f=0$) در 111In -DTPA-bio-10X در 111In -DTPA-bio با $R_f=0.2$ (کمی با جبهه حلal به بالا حرکت می‌کند). کارآیی نشان دار شدن 111In -DTPA-bio با 111In -DTPA-bio-10X توسط کروماتوگرافی انجام شده بیش از ۹۵٪ بود.

برای تعیین کارآیی نشان دار شدن 111In -DTPA-bio-10X بعد از نشان دار کردن با 111In -DTPA-bio-10X، حاصل به دستگاه Size exclusion FPLC، Suprose 12HR شد. همینطور محلولی از ایندیوم در بافر استات با pH6 در دستگاه FPLC در شرایط مشابه تزریق شد. فرآکشن‌های ۱ ml در هر مورد جمع آوری و اکتیویته آنها اندازه گیری شد. با توجه به نتایج حاصل کارآیی نشان دار شدن 111In -DTPA-bio-10X بالای ۹۵٪ تعیین شد.

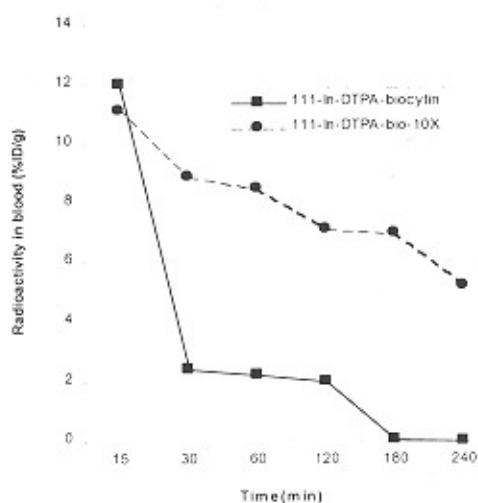
جهت اندازه گیری غلظت خونی مقدار ۰.۱ ml/۲۰ μCi از کمپلکس 111In -DTPA-bio-10X و 111In -DTPA-bio-10X به موش‌های Balb/c از طریق سیاهرگی

(^{111}In -di-DTPA-tyrosyl-lysine) به عنوان ماده نشاندار استفاده کردند. به این ترتیب که اول Bispecific MAb را تجویز کرده و بعد از چند روز ماده نشاندار تجویز شده وسپس تصویربرداری صورت گرفته است. با توجه به وجود اسیدهای آمینه در مشتق بکار رفته ^{111}In -labeled-bivalent (^{111}In -di-DTPA-tyrosyl-lysine)، مشتقی که ما معرفی کردیم به خوبی بدون وجود بیوتین به صورت ^{111}In -DTPA-10X ^{111}In در این مورد با سایر روش‌های جدید Pre-targeting بکار خواهد رفت.

یا Bispecific MAbs و مهندسی آنتی بادی، جهت کاهش جذب زمینه در روش Pre-targeting به جای روش سه مرحله‌ای، روش‌های دیگری ارائه شده است که بر اساس سیستم آویدین-بیوتین نمی‌باشد. Chatal و همکاران [۲۷] Bispecific Mab جدیدی را تهیه کرده‌اند که یک بازوی آن علیه CEA (Carcinoma (Carbohydrate antigen) ^{111}In -emberionic antigen) و از ترکیب DTPA (anti-CEA/anti- ^{111}In -DTPA bifunctional antibody) ^{111}In -labeled-bivalent می‌باشد.

جدول ۱ - % کمپلکس‌های ^{111}In -DTPA-bio و ^{111}In -DTPA-bio-10X در زمانهای ۴۰، ۶۰، ۹۰، ۱۲۰، ۱۵۰ و ۲۴۰ دقیقه بعد از تزریق.

Time (min)	^{111}In -DTPA-bio	^{111}In -DTPA-bio-10X
15	12 ± 0.85	11.09 ± 0.85
30	2.4 ± 0.03	8.89 ± 1.29
60	2.22 ± 0.02	8.5 ± 2.6
120	1.98 ± 0.001	7.12 ± 0.48
180	0.03 ± 0.005	6.97 ± 0.84
240	0.02 ± 0.005	5.22 ± 0.4



نمودار ۱ - غلظت فونی ^{111}In -DTPA-bio و ^{111}In -DTPA-bio-10X در موش‌های Balb/c در زمانهای ۴۰، ۶۰، ۹۰، ۱۲۰، ۱۵۰ و ۲۴۰ دقیقه بعد از تزریق.

منابع

1. Kohler G., Milstein C. Continuous cultures of fused cells secreting antibody of predefined specificity. *Nature* 1975; 256: 495.
2. Chatal JF., Peltier P., Bardies M., et al. Does immunoscintigraphy serve clinical needs effectively? Is there a future for radioimmunotherapy? *Eur J Nucl Med* 1992; 19: 205-213.
3. Goldenberg DM. Monoclonal antibodies in cancer detection and therapy. *Am J Med* 1993; 94: 297-312.
4. Corstens FHM., Oyen WJG and Becker WS. Radioimmunoconjugates in the detection of infection and inflammation. *Semin Nucl Med* 1993; 23(2): 148-164.
5. Manspeaker P., Weisman HF and Schaible TF. Cardiovascular applications: Current status of immunoscintigraphy in the detection of myocardial necrosis using antimyosin (R11D10) and deep venous thrombosis using antifibrin (T2G1S). *Semin Nucl Med* 1993; 23(2): 133-147.
6. Hnatowich DJ. Antibody radiolabeling, problems and promises. *Int J Radiat Appl Instrum Part B* 1990; 17(1): 49-55.
7. Bradwell AR., Fairweather DS., Dykes PW., et al. Limiting factors in the localization of tumors with radiolabeled antibodies. *Immunol Today* 1985; 6: 163-170.
8. Epenetos AA., Snook D., Durbin H., et al. Limitations of radiolabeled monoclonal antibodies for localization of human neoplasms. *Cancer Res* 1986; 46: 3183-3191.
9. Msirikale JS., Klein JL., Schroeder J., et al. Radiation enhancement of radiolabeled antibody deposition in tumors. *Int J Radiat Oncol Biol Phys* 1987; 13: 1839-1844.
10. Srivastava S., Schlom J., Raubitschek A., et al. Studies concerning the effect of external irradiation on localization of radiolabeled monoclonal B72.3 to human colon carcinoma xenografts. *Int J Radiat Oncol Biol Phys* 1989; 16: 721-729.
11. Smyth MJ., Pietersz GA and Mckenzie IFC. Use of vasoactive agents to increase tumor perfusion and the antitumor efficacy of drug monoclonal antibody conjugates. *J Natl Cancer Inst* 1987; 79: 1367-1373.
12. Munz DL., Alavi A., Koprowski H., et al. Improved radioimmunoimaging of human tumor xenografts by a mixture of monoclonal antibody F(ab')₂ fragments. *J Nucl Med* 1984; 27: 1739-1745.
13. Kemshead JT., Jones DH and Lashford L. ¹³¹I-coupled to monoclonal antibodies as therapeutic agents for neuroectodermally derived tumors. Fact or fiction? *Cancer Drug Deliv* 1986; 3: 25-43.
14. Gaffar SA., Pant KD., Shochat D., et al. Experimental studies of tumor radioimmunodetection using antibody mixtures against carcinoembryonic antigen (CEA) and colon-specific antigen-p (CSAP). *Int J Cancer* 1981; 27: 101-105.
15. Greiner JW., Pestka S., Fisher PB., et al. Recombinant interferon enhances monoclonal antibody targeting of carcinoma lesions in vivo. *Science* 1987; 235: 895-898.

16. Guadagni F., Schlom J., Pothen S., et al. Parameters involved in the enhancement of monoclonal antibody targeting in vivo with recombinant interferon. *Cancer Immunol Immunother* 1988; 26: 222-230.
17. Goodwin DA., Meares GF., McCall MJ., et al. Pre-targeted immunoscintigraphy of murine tumors with indium-111-labeled bifunctional haptens. *J Nucl Med* 1988; 29: 226-234.
18. Hnatowich DJ., Virzi F., Rusckowski M. investigations of avidin and biotin for imaging applications. *J Nucl Med* 1987; 28: 1294-1302.
19. Paganelli G., Riva P., Deleide G., et al. In vivo labeling of biotinylated monoclonal antibodies by radioactive avidin: a strategy to increase tumor radiolocalization. *Int J Cancer* 1988; 2: 121-125.
20. Le Doussal JM., Martin M., Gautherot E., Delaage M., Barbet J. In vitro and in vivo targeting of radiolabeled monovalent and divalent haptens with dual specificity monoclonal antibody conjugates: enhanced divalent hapten affinity for cell-bound antibody conjugate. *J Nucl Med* 1989; 30: 1358-1366.
21. Paganelli G., Pervez S., Siccardi AG., Rowlinson G., Deleide G., Chiolerio F., Malcovati M., Scassellati GA., Epenetos AA. Intraperitoneal radio-localization of tumors pre-targeted by biotinylated monoclonal antibodies. *Int J Cancer* 1990; 45: 1184-1189.
22. Oehr P., Westermann J., Biersack HJ. Streptavidin and biotin as potential tumor imaging agents. *J Nucl Med* 1988; 29: 728-729.
23. Sinitsyn VV., Mamontova AG., Checkneva YY., Shnyra AA., Dokogatsky SP. Rapid blood clearance of biotinylated IgG after infusion of avidin. *J Nucl Med* 1989; 30: 66-69.
24. Paganelli G., Malcovati M., Fazio F. Monoclonal antibody pretargeting techniques for tumor localization: the avidin-biotin system. *Nucl Med Comm* 1991; 12: 211-234.
25. Paganelli G., Magnani P., Zito G., et al. Three-step monoclonal antibody tumor targeting in carcinoembryonic antigen-positive patients. *Cancer Res* 1991; 51: 5960-5966.
26. Henatowich DJ., Virzi F., Rusckowski M. Investigations of avidin and biotin for imaging applications. *J Nucl Med* 1987; 28: 1294-1302.
27. Chatal JF., Faivre-Chauvet A., Bardied M., et al. Bifunctional antibodies for radioimmunotherapy. *Hybridoma* 1995; 14: 125-128.