科学研究費助成事業

研究成果報告書



交付決定額(研究期間全体):(直接経費) 12,200,000円

研究成果の概要(和文):高分子キャリアーを用い、脳梗塞局所に造影剤・薬物をターゲティングすることで、 新規画像診断法および新規薬物治療のProof of conceptが本研究の目的である。 高分子ミセル及び非ミセル形成高分子の2種類のMRI造影剤を合成し、それを用いてラット急性期脳梗塞モデ ルでの血流再開後の病変部位への集積挙動をMRIで観察した。再開通直後から急激に高分子造影剤は梗塞部位 に集積し、長時間にわたって高解像度でコントラストの高い像を与えた。その像は、血栓溶解治療の際にt-PAが 集積して出血リスクの高い部位を診断できる可能性を示した。

研究成果の概要(英文):We aim to establish a proof of concept of novel targeting to acute brain ischemic stroke using macromolecular MRI contrast agents. We successfully prepared two types of contrast agents; polymeric micelle type and non-micelle forming type. Using these agents, we observed their significantly rapid accumulation at the ischemic sites in T1-weighted MR images. Owing to very distinct images with a long-time-lasting character, MRI analyses by the use of macromolecular contrast agents may realize risk prediction of brain hemorrhage induced by the t-PA therapy that is conducted against acute brain ischemic stroke.

研究分野:ドラッグデリバリーシステム

キーワード: 急性期脳梗塞 MRI 造影剤 高分子ミセル 高分子 脳保護薬 ターゲティング

1. 研究開始当初の背景

脳卒中は日本人死亡原因の第4位であるが、 麻痺等の後遺症による QOL 低下は最も深刻 である。脳卒中の約3/4を占める急性期脳 梗塞に対する治療の重要性は極めて高い。急 性期脳梗塞に対し、組織プラスミノゲン活性 化因子(t-PA)治療が日本でも2005年から実施 され、図1に示すように予後改善に有効であ るが、表1左に示すように問題点も多い。



図1 t-PAによる急性期脳梗塞治療の効果

その問題の第一は症候性頭蓋内出血で、第二 に発症から 4.5 時間の t-PA 使用制限である。 (2012年9月に3時間から4.5時間に拡大さ れた)この脳出血はかなり致死的な副作用で あり、t-PA 投与群の 7.1%は対照に比べて有 意に高く、r-PA が脳出血を誘起していること を示す。この脳出血のリスクと 4.5 時間制限 のために、急性期脳梗塞患者の t-PA 適用割合 は 2~5%程度と低い。(4.5 時間への拡大と 急性期対応体制の整備により、この割合が 10%を越える病院も出現するようになった) また、2014年には血管内治療との組合せによ って、更なる予後改善が得られたが(MR CLEAN trial として有名)、t-PA を先行させ、 その血栓溶解が不成功であった場合に血管内 治療を施す方式であり、依然として t-PA 治療 の重要性は極めて高い。脳出血を減少させ、t-PA 治療適用患者割合を増やし、脳梗塞治療成 績を改善することが、強く求められている。 表1右に示す解決策の現状では、A の診断法 では CT, MRI で既に起きた脳出血は検出でき ても、t-PA 治療の出血危険性予測をする画像 診断法はない。一方 B では、脳保護薬が16 0種類以上臨床で試されたが、国際的認可さ れた薬は皆無である。この現状の中、本研究 者は薬物と造影剤を脳梗塞部位にターゲティ ングすることで、問題点を克服するという新 規なアプローチを考案した。

表1 t-PA急性脳梗塞治療の問題点と本研究による解決

現状の問題点 ――	→ 本研究による解決
1、脳出血(患者の6%) 2、治療ウインドウ(発症から投与まで	A 脳出血を予測する診断法の開発
の制設時間)が3時間と短い* 3. 適用患者の割合が2~5%と低い	(脳出血の危険性の高い患者を t→PA治療から除外する)
4. 予後改善率がまだ低い	■ B. 脳神経保護薬, 止血薬の開発

*2012年9月に日本でも4.5時間に延長された。

すなわち、ターゲティングされた造影剤によ る画像診断によって脳出血のリスク評価をし、 従来法では t-PA 治療の適用にならなかった 患者でも、この新診断法によってリスクが低 いと判断された患者には r-PA 投与を行うこ と、そして脳保護薬や出血抑制剤を梗塞部位 にターゲティングすることで、予後の改善を 促進するというアプローチである。

2. 研究の目的

本研究の目的は、図2に示すように高分子 キャリアを用い、脳梗塞局所に造影剤・薬物 をターゲティングすることによって、<u>急性期</u> 脳梗塞に対する新規画像診断法および新規薬 物治療のProof of concept である。急性脳梗 塞による死亡及び後遺症(麻痺・歩行障害等) のためのQOL低下を抑制することは重要で、 特に高齢社会の日本ではその重要度が高い。 薬物ターゲティングはその大部分が、固形が んを対象として研究・開発されていて、本研 究の脳梗塞を対象とする研究は極めて希少で、 独自性が高い。



図2 高分子キャリアーによる脳梗塞のターゲティング

血流が遮断される障害である脳梗塞へ血流 を介してターゲティングする手法は一見矛盾 しているように見える。しかし、虚血に対す る生体反応によって、脳梗塞部位では高分子 の透過性が亢進することは自明なこととして 知られていた。(Stroke, 33, 2711-7 (2002)) – 方、t-PA 治療時の脳出血は、高分子である t PA が脳組織へ透過して、MMP-9 を活性化し 細胞外マトリクスを分解することが主な機構 である。また、t-PA 注入は脳組織の高分子血 管透過性をさらに亢進する。(J. Neurotrauma, 24, 745-52 (2007)) 以上の事実を総合すると、 「t-PA と同じく高分子である MRI 造影剤が 集積する部位が出血危険部位である」との仮 説が合理性を有する。

当初の研究目標は

- (1) ターゲティング能のある造影剤を用い たラット急性期脳梗塞モデル画像診断
- (2)止血剤、脳保護薬を含有したターゲティングキャリアシステムによるラット 急性期脳梗塞モデルの治療

であったが、MRI による高分子造影剤の梗塞 部位への集積挙動解析に大きな進展があり、 (1)、特にMR I に集中して(光音響画像診 断への研究時間もつぎ込んで)研究を展開す ることに変更した。

また、高分子造影剤の合成については高分 子ミセル形成型とミセル非形成型の両タイプ、 および7配位型と8配位型のキレート剤を用 いた合成を当初予定どおり遂行した。ミセル 非形成型の造影剤については、当初研究計画 になかったミセル形成型との体内動態比較を 行い、造影剤キャリサイズが標的部位におけ る造影剤の保持に及ぼす影響という新たな知 見を得ることができた。

3.研究の方法

(1)高分子MRI造影剤の合成

図3に示す、(A)高分子ミセル形成型と(B) ミセル非形成型を合成した。(A)高分子ミセル 形成型は平均直径20nmであり、ポリグルタミ ン酸(P(Glu))ベースの(B)ミセル非形成型よ りもキャリアのサイズが大きい。



高分子ミセル形成型は既知の方法で合成した。 本研究で新たに設計したしたミセル非形成型 は、図4に示したスキームで合成をした。



図4スキームで用いているキレート剤は7 配位のものである。元々低分子造影剤のキレ ート剤である DOTA の一つのカルボキシル基 を高分子への結合のために消費して7配位と なった DOTA-OSu を用いている。高分子略号で は「DOTA」を使っているが、7配位である。本 研究では、Gdイオンを保持する能力がより高 い8配位型のキレート剤を用いた造影剤合成 も行った。キレート剤の化学構造と共に研究 成果の項に示す。 (2) 脳梗塞モデルラットでの MRI 撮像

急性期脳梗塞モデルは Wistar ラットを用 い、図5Aに示すように中大脳動脈をナイロ ン糸で塞栓することによって作製した。手技 は以下の2つを実施した

(a) 小泉法 ナイロン糸を塞栓する手技で、抜 糸には、手術部を露出させる必要がある。よ って、再開通直後の MRI 撮像は不可能となる。 小泉法を用いた場合には、図 5日の実験スケ ジュールでの(2)に示す、再開通1時間後に造 影剤を投与してMR I 撮像を開始する。

(b) 改良 Memezawa 法 ポリエチレンチューブ PE10 で作ったシースとその内側に挿入された 3-0 ナイロン糸を血管にいれることで、内側 のナイロン糸の抜糸をスムースにする。再開 通時には、再び手術面を開ける必要なく、体 外に露出したシースを保持して内側のナイロ ン糸を引けば良いので、再開通直後からのM R I 撮像が可能となる。この方法では図 5B の実験スケジュールでの(1)に示すように、再 開通前に造影剤を投与する場合(高分子ミセ ル造影剤の場合)と、再開通直後に投与する場 合(ミセル非形成高分子の場合)がある。





造影剤は 0.033 mmol Gd/kg を尾静脈から約 3 分かけて投与する。対照とした低分子造影剤 Gd-DTPA は臨床量の 0.10 mmol Gd/kg を投与 した。MR I 撮像は、9.4TMRI 装置(Bruker 社 製 BioSpec 94/20USR 型) にラット脳用のコ イル(Model No.: 1P T10324V3)を装着して 行った。撮像シークエンスは造影剤の Gd イオ ンによって白いコントラストが得られる T1-強調画像を中心に、Angiography、DWI, T2, T2*を撮像した。規定の時間(1~3時間)塞 栓を続けた後に,ナイロン糸を抜糸して血流 再開通をさせて 3 時間 MRI 撮像を継続した後 に、麻酔から覚醒させて、血管閉塞 2 4 時間 後に状態観察を行った。(図 5 Bの(2)の場合 には再開通 1 時間後から 3 時間撮像した。)

4. 研究成果

(1)高分子MRI造影剤の合成 新たに合成した非ミセル形成型の代表的

な Run の組成を表 2にまとめた。

表2 非ミセル形成型造影剤

Run	P(Glu)	ED 化率	Gd/DOTA
	分子量		
12	3.0 万	30.4%	71.1~%
15	1.1 万	32.6%	92.9~%
19	3.0 万	10.1%	72.8~%
22	10.0 万	19.6~%	94.3~%
23	9.9万	28.9~%	73.3~%

これらの造影剤合成で問題点とその解決法は 以下の通りである。

P(Glu) 主鎖の加水分解

造影剤のベースとなるポリグルタミン酸 (P(Glu))はその前駆体となるポリ(γ-ベンジ ル L-グルタメート)(PBLG)をメタンスルホ ン酸(MSA)で加水分解して、ベンジル保護基を 外すことによって得た。MSA による酸加水分 解はペプチド合成にも用いられている常法で あり、高分子主鎖の加水分解はないものと考 えていたが、実際には多少起こることが判明 した。すなわち、分子量8万程度のP(Glu)が 得られるはずが、分子量3.0万になってしま った。そこであらかじめ分子量の大きな PBLG を合成し、主鎖の開裂が伴っても GPC による 推定分子量が10.0万となる P(Glu)を得た。

・高分子溶解性の低下

分子量が3.0万のP(Glu)を用いた合成では各 高分子の溶解性は問題にならなかったが、分 子量10.0万のP(Glu)を用いた際には、合成 の各ステップで溶解性が低いことが問題とな った。この問題の解決は、溶媒の種類を変え る(エチレンジアミンの結合反応の際に、溶 媒をDMFからDMS0に変えた)、濃度を低くす る(PBLGの酸加水分解)ことで行った。

P(Glu) 主鎖に結合した Gd イオンの除去

Gd イオンは DOTA 基のみではなく、P(Glu)主 鎖のカルボン酸にも配位することが分かった。 Gd イオン配位後に透析しても、DOTA 基の2倍 に近いモルの Gd イオンが見いだせるからで ある。そこで、EDTA によって主鎖カルボン酸 に配位した余分な Gd イオンを除くことに成 功した。この成功の確認は、加える EDTA のモ ル比(EDTA/DOTA)を増やしてゆくと、ほぼ一定 の Gd 量がポリマー側に残存した観察による。

次に、同じく分子量約10万のP(Glu)に8配 位型のDOTA誘導体を導入することを検討した。図6に用いたDOTA誘導体の化学構造を示 す。(A)が上記で用いた7配位型のDOTA誘導 体(DOTA-OSu)である。高分子との結合のため に一つのカルボン酸を犠牲にしている。(B)は 東京化成に依頼合成した8配位型の活性エス テル体で、DOTAが本来有するカルボン酸を保 持しながら、高分子結合のための活性エステ ルを有している。(C)は同じく8配位型のDOTA 誘導体であるが、(B)の前駆体で4つのカルボ ン酸に t-Bu 保護基がついているものである。



図6 DOTA 誘導体キレート剤の化学構造

7 配位の(A)の代わりに 8 配位の(B)を用いる と、ポリマーの溶解性が低下し、未反応のエ チレンジアミン残基もあった。そこで、(c)を 反応させてから t-Bu 保護基を外したところ、 ポリマー溶解性の問題も、未反応エチレンジ アミン残基の問題もなく、キレート基が結合 したポリマーP(Glu-ED-DOTAGA)が得られ、こ れに Gd イオンを導入することができた。

以上の合成を通して分かったことは、DOTA などのキレート基を導入した高分子合成では 溶解性の問題が大きいことである。従来、 P(Glu)ベースの造影剤が報告されてきたが、 ターゲティング性能を高めるために望ましい 組成のものが合成されてきていなかった。従 来の報告には記述されていなかったが、望ま しい組成の欠如は合成時における溶解性の問 題であったと推定される。その点においても、 今回の造影剤合成で溶解性の問題を様々な手 法で解決したことは、高分子造影剤の可能性 を広げる大きな進歩であったと確信する。

(2) 脳梗塞モデルラットでの MRI 撮像

従来の小泉法による中大脳動脈塞栓から改 良 Memezawa 法に変えることによって、再開通 直後からの(実際には再開通後 5 分後から計 測した)MR I 撮像が可能となった。3 時間閉 塞の場合の高分子ミセル造影剤によるMR I T1-強調画像を図7に示す。再開通後 30 分後 には既に相当の画像コントラストが右梗塞半 球に見られた。このコントラストは1時間、3 時間経過するにつれて高くなっていることが 分かる。また、造影剤のGd イオンによっても たらされる白い画像は、通常脳梗塞の病態診 断に用いる T2-強調画像(図 8) とは異なる画像を呈している。



図7 脳梗塞ラットの T1-強調 MRI

図8のT2強調画像は病態が進行した際の浮 腫、つまり血液から流入した水を表現してい るとされている。この浮腫の一部に、図7の T1強調画像で造影剤が集積している部分があ ることが分かる。よって、高分子ミセル造影 剤によって得られた画像は、「高分子が選択的 に透過しやすい部位」すなわち「t-PAが透過 しやすく、脳出血の危険性が高い部位」であ る可能性がある。出血を伴う脳梗塞モデルに よる検討を今後行ってゆく価値がある。

再開通後 0.5 h 再開通後 3.0 h

脳梗塞ラットの T2-強調 MRI 図 8 画像を定量的、経時的に解析した結果が図 9である。**図9A**には、造影剤が分布する部位 の体積変化を示した。分布体積の広がりは急 速に進行する再開通後の 60 分とその後に続 く緩やかな分布の広がりの2相性を示すこと が分かった。また、T1 緩和時間の測定から造 影剤の分布量の絶対値を求めた。結果を図 9 Bに示す。この再開通後3時間の集積量は 0.48±0.08 %ID/g であった。固形がんへのタ ーゲティングでは投与後 24 時間で 5%ID/g 位 あればターゲティング効果があるとされてい る。この量は3時間当たりにすると0.6ID%と なる。ここで初めて、急性期脳梗塞部位での 高分子物質に対する透過速度がEPR効果に よる固形がんへの透過速度と同程度のもので あることが判明した。

次に、閉塞時間を1,2,3時間と変えた場 合を比較した。梗塞部位への集積量は梗塞時 間が長い程大きくなる。これは、塞栓時間の 長さによって脳梗塞の重症度が決まるという、 従来から知られてきた事実通りとなったが、 興味深いのは、血管透過性を示し始める時間 である。その結果を**表3**にまとめる。



図 9 急性期脳梗塞部位への高分子ミセル 造影剤の集積挙動(3時間塞栓の場合)

表 3	血管透過性を示し始める時間
-----	---------------

閉塞時間	漏出検出時間/h
3h (n=4)	3.1±0
2h (n=4)	2.2±0
2h(不完全梗塞) (n=4)	2.4±0.2
1h (n=3)	2.2±0.8
1h(不完全梗塞) (n=3)	2.2±0.3

表3では同じ閉塞時間でも、MRI Angiography で完全な血流途絶の場合と、塞栓により顕著 に減少したが血流が残存している場合(不完 全梗塞と表記)を分けて集計してある。不完全 梗塞の場合には、閉塞時間が同じでも脳浮腫 などの症状は軽くなり、血管透過性の亢進の 程度も低い。しかし、血管透過性の亢進の開 始時間は2.2~2.4時間と同一であった。閉塞 時間が3時間の場合には、3.1時間以降しか 計測ができないので、3時間の再開通以前に 血管透過性亢進状態は準備完了であったと考 えられる。従来の低分子造影剤を用いた血管 透過性の亢進観察は、造影剤血液中濃度が急 速に減少するので、経時的な観察は不可能で ある。血中半減期の長い(この造影剤の場合は 24 時間程度)高分子ミセル造影剤による経時 的、かつコントラストの極めて高い MR 画像に よって初めてこのような病態変化を観察する ことが可能となったのである。

次に、高分子ミセルより小さなサイズの造 影剤である、非ミセル形成型の造影剤 P(Glu-ED-DOTA)の結果を図10に示す。再開通1時間 後に、分子量の大きい Run 22 のみが黄色線内 に高分子ミセル造影剤と同様に明確な集積が 見られた。Run 12 ではほとんど集積が見られ ないのは、分子量が 3.0 万と小さいために血 中濃度が急激に下がったためと考えられる。 また、図11に示すRun 22の時間経過を見る と、2時間をピークとして白色の度合い、画像 の鮮鋭度とも3時間では下がっていることが 分かる。高分子ミセル造影剤では、逆に3時 間の方が両者とも高くなっていた。この差は、 脳梗塞部位での高分子ミセル造影剤の拡散が 無視できるほど小さいのに対し、サイズが小 さな P(GLu-ED-DOTA-Gd)は、周辺や血流に拡散 する効果が大きいためと考えられる。MR I 造影に及ぼす造影剤サイズの効果を明らかに することができた。



図 11 Run 22 MRI 画像の時間経過

5. 主な発表論文等 〔雑誌論文〕(計6件)

①T. Nakamura, <u>K. Shiraishi, M. Yokoyama</u>, et al., Folate-Targeted Gadolinium-Lipid-Based Nanoparticles as a Bimodal Contrast Agent for Tumor Fluorescent and Magnetic Resonance Imaging, Biological and Pharmaceutical Bulletin, 査読有,37(4), 521-527 (2014)

②<u>K. Shiraishi</u>, Y. Maitani, K. Sakurai, <u>M.</u> <u>Yokoyama, et</u> al., Determination of polymeric micelles' structural characteristics, and effect of the characteristics on pharmacokinetic behaviors, J. Controlled Release, 査読有, 203, 77-84 (2015)

doi: 10.1016/j.jconrel.2015.02.017

③<u>K. Shiraishi</u>, Y. Maitani, K. Sakurai, <u>M.</u> <u>Yokoyama, et</u> al. Exploring the relationship between Anti-PEG IgM behaviors and PEGylated nanoparticles and its significance for accelerated blood clearance, J. Controlled Release, 査読有, 234, 59-67 (2016)

doi:10.1016/j.jconrel.2016.05.010

④K. Shiraishi, Z. Wang, D. Kokuryo, I. Aoki, M. Yokoyama, A polymeric micelle magnetic resonance imaging (MRI) contrast agent reveals blood-brain barrier (BBB) permeability for macromolecules in cerebral ischemia-reperfusion injury., J. Controlled Release, 査読有, 253, 165-171 (2017)

⑤H. Akai, <u>K. Shiraishi</u>, <u>M. Yokoyama</u>, K. Yasaka, M. Nojima, Y. Inoue, O. Abe, K. Ohtomo, S. Kiryu, PEG-poly(L-lysine)based polymeric micelle MRI contrast agent: Feasibility study of a Gd-micelle contrast agent for MR lymphography., J. Magnetic Resonance Imaging, Accepted ⑥白石貢一、横山昌幸, 急性期脳梗塞部位へ のターゲティングと物質移動病態生理学, Drug Delivery System,査読無し, 30, 317 - 326 (2015)

〔学会発表〕(計9件)

①白石貢一、王作軍、青木伊知男、国領大介、 横山昌幸、急性脳梗塞 t-PA 治療に置ける出血 リスクの定量的評価、第9回日本分子イメー ジング学会、2014年5月 ②白石貢一、王作軍、青木伊知男、国領大介、 横山昌幸、急性脳梗塞再開通後の MRI 造影剤 を用いた血管透過性評価、第30回日本DDS 学会、2014年7月 ③白石貢一、王作軍、青木伊知男、国領大介、横 山昌幸、急性脳梗塞の診断治療に向けた DDS 製 剤開発、日本薬学会第135年会、2015年3月 ④白石貢一、王作軍、<u>横山昌幸</u>、DDSを用いた脳 梗塞診断、第31回日本DDS学会、2015年7月 5 Masayuki Yokoyama, Macromolecular delivery to brain ischemic stroke, 2015 1st Annual International Symposium on Bio-Therapeutics Delivery Society, 2015年9月 ⑥白石貢一、王作軍、青木伊知男、国領大介、 横山昌幸、高分子MRI造影剤を用いた急性 期脳虚血の出性評価、第10回日本分子イメー ジング学会、2015 年 5 月 ⑦白石貢一、王作軍、青木伊知男、国領大介、 <u>横山昌幸</u>、A polymeric micelle MRI contrast agent detects enhanced BBB permeability in rat translent MACO model、第43回日本 分子磁気共鳴医学会、2015年9月 ⑧ K. Shiraishi, Z. Wnag, I. Aoki, D. Kokuryo, <u>M. Yo</u>koyama, Polymeric micelle MRI contrast agent exhibits hyperpermeable BBB in ischemic strokereperfusion injury, European Society for Molecular Imaging, 2016年3月 ⑨白石貢一,王作軍,横山昌幸、血液-脳関門 を介した物質移動による脳疾患病態生理評価 ~イメージングによる診断治療を目指して~、 第32回日本DDS学会、2016年6月

[図書] (計1件)

<u>横山昌幸</u>、図解で学ぶDDS 第2版、132-134、159-172、(株)じほう(2016) 【産業財産権】 〇出願状況(計0件) 〇取得状況(計0件)

[その他] なし

6. 研究組織

(1)研究代表者 横山 昌幸(YOKOYAMA, Masayuki) 東京慈恵会医科大学・医学部・教授 研究者番号:20220577
(2)研究分担者 なし
(3)連携研究者 白石 貢一(SHIRAISHI, Koichi) 東京慈恵会医科大学・医学部・准教授 研究者番号:40426284

(4)研究協力者 なし