アルツハイマー認知症の客観的早期診断を目指した血中マイクロ RNA の超高感度・直接検出デバ イスの開発

代表研究者 筑波大学数理物質系 講師 大石 基

【まとめ】

本研究では、アルツハイマー認知症の客観的 早期診断を目指した超高感度・直接検出デバイ スを開発するうえで極めて重要である金ナノ 粒子界面における DNA ハイブリダイゼーシを 検討した。具体的には、様々な界面構造を有す る金ナノ粒子を調製し、金ナノ粒子の界面で の DNA ハイブリダイゼーションを行ったとこ ろ、probe DNA の PEG 層からの突き出し構造 が重要であることが明らかとなった。

1. 研究の目的

わが国は、平均寿命、高齢者数、高齢化のス ピードという点において世界一の超高齢化社 会であり、65歳以上の人口は3186万人となり 総人口に占める割合は25.0%と、実に人口の4 人に1人が高齢者となっている(2013年9月 現在)。その中で問題となっているのが認知症 である。この認知症の中で、最も発生頻度が高 く、その半数以上を占めるといわれているのが アルツハイマー型認知症である。現在、アルツ ハイマー型認知症に対する診断は医師らの認 識力検査や脳スキャンのみであり、客観的な診 断マーカーなどがなく、決定的な早期診断法が ないのが現状である。

本研究ではアルツハイマー型認知症に対す る血中バイオマーカーとして期待されている マイクロ RNA (miRNA)を超高感度で検出で きるデバイスの開発を目指している。また、こ のデバイスは金ナノ粒子界面での DNA ハイブ リダイゼーション (二本鎖形成)および DNA ライゲーション (連結反応)を素反応としてお り、特に DNA ハイブリダイゼーションの過程 が律速段階となっていることが明らかになっ ている。したがって、本研究では、金ナノ粒子 界面の構造を最適化することで金ナノ粒子界 面での DNA ハイブリダイゼーションの速度・ 効率を改善することを目的とした。

2. 研究方法と経過

本研究では様々な界面構造 (probe DNA 密度、 表面電荷、高分子の分子量) が異なる種々の金 ナノ粒子 (粒径 15 nm) を調製した。具体的に は、probe DNA (target DNA とハイブリダイズ する塩基配列) のみを有する金ナノ粒子 (probe-GNP)および probe DNA と diluent DNA

(A₂₀: target DNA とハイブリダイズしない塩 基配列)を有する金ナノ粒子 (probe/diluent-GNP)を調製した。さらに、様々な分子量 (2k, 6k, and 10k)を有する非イオン性かつ水溶性のポリエチレングリコール (PEG)と probe DNA を有する金ナノ粒子 (probe/PEGx-GNP, x = 2k, 6k, and 10k)の調製も行った (図1)。





次に蛍光色素をラベル化した target DNA を 用いて、上述の各金ナノ粒子表面での DNA ハ イブリダイゼーションを行った。その際、DNA ハイブリダイゼーションの進行過程を金ナノ 粒子と蛍光色素間の蛍光共鳴エネルギー移動 (FRET)を利用することで確認した。

さらに、上述の FRET のデータからハイブリ ダイゼーション効率(HE)を求め、かつ Langmuir モデルを用いたフィッテイングから ハイブリダイゼーションの速度定数 ($_{app}K_h$) お よび結合定数 ($_{app}K_{eq}$)を求めた。

これら一連の評価を通じて、DNA イハブリ ダイゼーションに最適な金ナノ粒子表面の構 造を明らかにした。

3. 研究の成果

様々な界面構造を有する金ナノ粒子(GNP) の粒径(界面に存在する DNA および PEG を 含む粒径)および1粒子あたりの probe DNA の本数を表1に示す。また、表1の粒径から GNP 界面での probe DNA および PEG の鎖長 を計算した。その結果、PEG_{10k}(9.0 nm)>probe DNA (7.0 nm) > PEG_{6k} (4.5 nm) > PEG_{2k} (3.0 nm) の順となり、これらに値はこれまでの報告と 近い値であった。すなわち、probe DNA は PEG_{2k}層および PEG_{6k}層からは突き出ており、 一方、PEG_{10k}層に埋もれている状態であるこ とが示唆された。

ここで重要なことは、①probe-GNP と probe/diluent-GNP は1粒子あたりの総 DNA 本 数 (probe DNA + diluent DNA) は同じであり

(152 本/粒子=同じ電荷)、1粒子あたりの probe DNA の本数(152本/粒子 vs.17本/粒子) のみが異なるだけである。すなわち、この両者 の界面における DNA ハイブリダイゼーション を比較することで、1粒子あたりの probe DNA の本数の影響を明らかにすることが出来る。② probe/diluent-GNP と probe/PEGx-GNPs (x = 2k, 6k, and 10k) の1粒子あたりの probe DNA の本 数 (15~17本/粒子) はほぼ同じである。すなわ ち、これら界面における DNA ハイブリダイゼ ーションを比較することで、PEG (電荷) およ び PEG 鎖長の影響が明らかにすることが出来 る。

様々な界面構造を有する金ナノ粒子(GNP)

表 1 様々な界面構造を有する金ナノ粒子 (GNP)の粒径と1粒子あたりの probe DNA の本数

金ナノ粒子(GNP)	粒径 (nm)	1粒子あたりの probe DNAの本数
probe-GNP	33.6	152 ± 8
probe/diluent-GNP	33.2	17 ± 1
probe/PEG _{2k} -GNP	29.7	16 ± 1
probe/PEG _{6k} -GNP	29.6	15 ± 1
probe /PEG _{10k} -GNP	37.8	15 ± 1

界面における DNA ハイブリダイゼーションの 測定は、蛍光色素をラベル化した target DNA を 用いて GNP と蛍光色素間の蛍光共鳴エネルギ ー移動(FRET)を利用することで行った。ま た、得られたハイブリダイゼーション効率(HE) のデータを基に Langmuir モデルを用いたフィ ッテイングにより、ハイブリダイゼーションの 速度定数(appkh)および結合定数(appKeq)を決 定した。各金ナノ粒子(GNP)界面における DNA ハイブリダイゼーションのハイブリダイ ゼーション効率(5400 秒後の HE)、速度定数 (ppkh)および結合定数(appKeq)を表2に示す。

まず、probe-GNP と probe/diluent-GNP の比較 においては、HE, appkh および appKeq いずれも probe/diluent-GNP のほうが大きかった。すなわ ち、1粒子あたりの probe DNA の本数が少な い probe/diluent-GNP のほうが DNA ハイブリダ イゼーションが効率的に起こっていることが 分かった。これは、probe/diluent-GNP のほうが ハイブリダイズした target DNA 間の距離が長 いため、立体障害および電荷反発が probe-GNP に比べ少ないためであると考えられる。

また、probe/diluent-GNP と probe/PEGx-GNPs (x = 2k, 6k, and 10k)の比較においては、 probe/diluent-GNPのHE, $_{app}k_h$ および $_{app}K_{eq}$ は、 いずれのPEG分子量(2k, 6k, and 10k)を有す る probe/PEGx-GNPsのそれらよりも小さかっ た。すなわち、マイナス電荷を有する diluent DNA を電荷を有さないPEGに置き換えること で DNA ハイブリダイゼーションの効率・速度 が向上することが分かった。これは、diluent

表2 様々な界面構造を有する金ナノ粒子(GNP)界面における DNA ハイブリダイゼーション の効率(5400 秒後の HE)、速度定数(app*k*h)および結合定数(app*K*eq)

	HE at 5400 sec (%)	$_{app}k_{h}$ (M ⁻¹ sec ⁻¹)	_{app} K _{eq} (M⁻¹)
probe-GNP	14 ± 4	$(2.0 \pm 0.7) \times 10^4$	$(2.3 \pm 0.7) \times 10^7$
probe/diluent-GNP	17 ± 2	$(3.6 \pm 0.7) \times 10^4$	$(2.9 \pm 0.4) \times 10^7$
probe/PEG _{2k} -GNP	45 ± 3	$(2.7 \pm 0.4) \times 10^5$	$(1.1 \pm 0.3) \times 10^8$
probe/PEG _{6k} -GNP	44 ± 4	$(2.0 \pm 0.2) \times 10^5$	$(1.1 \pm 0.1) \times 10^{8}$
probe/PEG _{10k} -GNP	37 ± 4	$(6.6 \pm 0.7) \times 10^4$	$(1.0 \pm 0.3) \times 10^8$

DNA と target DNA と静電反発(マイナス電荷 同士の反発によるものと考えられる。

さらに、probe/PEGx-GNPs (x = 2k, 6k, and 10k) 内 (PEG 分子量)の比較においては、最も分子 量が大きい probe/PEG_{10k}-GNP の HE, $_{app}K_h$ およ び $_{app}K_{eq}$ は、 probe/PEG_{2k}-GNP お よ び probe/PEG_{6k}-GNP のそれらよりも小さかった。 これは、probe/PEG_{10k}-GNP における probe DNA は PEG_{10k}層に埋もれている状態であるため、 PEG_{10k}層が target DNA のハイブリダイゼーシ ョンにおいて立体障害として働いたためであ ると考えられる。

一方、probe DNA が PEG 層より若干突き出 ている probe/PEG_{2k}-GNP と probe/PEG_{6k}-GNP の 比較においては、HE, appkh および appKeq いずれ も大きな違いは認められなかった。このことは、 金ナノ粒子界面における DNA ハイブリダイゼ ーションにおいては、 probe DNA の PEG 層か らの突き出し構造が鍵となっていることが示 唆された。 4. 今後の課題

本研究では、「アルツハイマー認知症の客観 的早期診断を目指した血中マイクロ RNA の超 高感度・直接検出デバイス」を開発するうえで 極めて重要である金ナノ粒子界面における DNA ハイブリダイゼーションにおいて、金ナ ノ粒子界面の構造を最適化することに成功し た。今後、この最適化した界面構造を有する金 ナノ粒子を用いて、実際にアルツハイマー認知 症に由来するマイクロ RNA を検出するデバイ スを構築していくことが課題である。

5. 研究成果の公表方法

本研究の成果は、「A. Takashima and M. Oishi *RSC Advances* 2015, 5, 76014.」として既に公表 済みである。また、今後、アルツハイマー認知 症に由来するマイクロ RNA 検出デバイスに関 しても、開発出来次第、学術雑誌に投稿するこ とを計画している。

以上