厚生労働科学研究費補助金(医薬品・医療機器等レギュラトリーサイエンス総合研究事業) 分担研究報告書

「革新的医療機器開発を加速する規制環境整備に関する研究」

研究分担者 石原 一彦 東京大学大学院工学系研究科・教授

研究要旨

タンパク質吸着現象には、材料表面における水分子のネットワーク構造(水和構造)と材料 表面近傍で働く分子間相互作用(表面相互作用)が強く関与する。本研究では、材料表面にお けるこれら二つの特性がタンパク質吸着挙動に果たす役割を定量的に解析することを目的 とする。このような微細な特性を正確に解析するために、構造が明確であると同時に、広 範囲にわたり界面科学的特性を制御できる高密度ポリマーブラシ構造を、ポリマー表面の モデルとして一貫して使用する。表面特異的な水和構造を解析するため、マイクロオーダ ーのシリカ粒子を用いてナノオーダーの微小空間を構築し、そこに封入された水分子の特 性を核磁気共鳴法により高い時間分解能で評価する方法論の確立を行った。これにより、 シリカ粒子表面を覆ったポリマーブラシ層の特性に強く影響されたナノ間隙水の磁気緩和 時間や自己拡散係数を定量的に評価した。また、分子間もしくは表面相互作用力を解析す るため、様々な分子を固定化したプローブと材料表面間にナノニュートンオーダーで働く 相互作用力を原子間力顕微鏡(AFM)のフォースカーブ測定により定量する方法論の確立を 行った。これにより、様々な分子と材料表面間に働く相互作用力が、タンパク質吸着挙動 に与える影響について評価した。このような解析を通してタンパク質吸着挙動を正確に理 解することで、医療機器開発に関する規制環境の整備に貢献する。

A . 研究目的

バイオマテリアルが生体環境と接した際 に誘起される細胞レベルの初期生体反応の 多くに吸着タンパク質層の特性が関連して いる。つまり、材料表面における生体反応 を高度に規定し、医療機器開発に関する規 制環境を整備するためには、タンパク質吸 着過程を正確に把握することが必要不可欠 である。材料表面の吸着タンパク質層は、 タンパク質が材料表面と直接相互作用して 形成される単層吸着層と、単層吸着層を形 成するタンパク質の変性等を引き金として 起こる多層吸着層から形成される。このよ うなタンパク質吸着層の成り立ちから、タ ンパク質吸着過程を正確に理解するために は、材料表面における吸着タンパク質の量、 組成、分布、コンフォメーション、配向な どの静的な特性評価はもとより、タンパク 質の競争的吸着や吸着後の変性過程などに 関わる動的な特性の解析が重要である。し かしながら、タンパク質吸着の動的特性は、 静的特性の経時的変化として解析されるこ とが多く、水を媒体として作用し、タンパ ク質の溶存状態での高次構造の維持、材料 表面へのタンパク質吸着や吸着タンパク質 のコンフォメーション変化に大きな影響を 与える分子間相互作用の観点からは明確に されていない。

そこで本研究では、材料表面における水 分子のネットワーク構造(水和構造)と材料 表面近傍で働く分子間相互作用(表面相互 作用力)が、タンパク質吸着挙動に与える影 響を定量的に解析することを目的とする。

材料表面における水和構造や表面相互作 用力は非常に微細である。つまり、これら を定量的に分析するためには構造明確な表 面が必要不可欠である。本研究では、構造 が明確であると同時に、広範囲にわたり界 面科学的特性を制御できる高密度ポリマー ブラシ構造を、ポリマー表面のモデルとし て一貫して使用する。

表面特異的な水和構造を解析するため、 マイクロオーダーのシリカ粒子を用いてナ ノオーダーの微小空間を構築し、そこに封 入された水分子の特性を核磁気共鳴法によ り高い時間分解能で評価する方法論の確立 を行った。これにより、シリカ粒子表面を 覆ったポリマーブラシ層の特性に強く影響 されたナノ間隙水の磁気緩和時間や自己拡 散係数を定量的に評価した。また、分子間 もしくは表面相互作用力を解析するため、 現在界面科学の研究分野で大きな発展を遂 げているコロイドプローブ科学に着目し、 様々な分子を固定化したプローブと材料表 面間にナノニュートンオーダーで働く相互 作用力を原子間力顕微鏡(AFM)のフォース カーブ測定により定量する方法論の確立を 行った。これにより、様々な分子と材料表 面間に働く相互作用力が、タンパク質吸着 挙動に与える影響について評価した。

1. ポリマーブラシ表面の構築

シリコン基板、シリカ粒子(直径:2、10 または 20 µm)および金表面に原子移動ラ ジカル重合(ATRP)の開始基を固定した後、 表面開始型 ATRP (SI-ATRP)法を用いて、 図 1 に示すポリマーブラシ構造を構築した。 ポリマーブラシ構造を構築する際のモノマ ー濃度とフリー重合開始剤の比を制御する ことで、種々の分子量を有するグラフト鎖 からなるポリマー層を表面に構築した。こ こで、双性イオン性モノマーとして、 2-methacryloyloxyethyl

phosphorylcholine (MPC) (ホスホベタイ ン型)、 N-methacryloyloxyethyl N,Ndimethyl ammonium- $\alpha$ -*N*-methyl carboxylate (CBMA) (カルボキシベタイン 型)および[2-(methacryloyloxy) ethyl] dimethyl-(3-sulfopropyl) ammonium hydroxide (SBMA) (スルホベタイン型)を、 非電解質親水性モノマーとして 2-hydroxyethyl methacrylate (HEMA) (ヒ ドロキシル基)および oligo(ethylene glycol) methyl ether methacrylate (mOEGMA) (オリゴエチレングリコール鎖)を、カチオン 性 モノマー と して 2-trimethylammoniumethyl

methacrylate (TMAEMA) (トリメチルア ンモニウム基)を、アニオン性モノマーとし て、3-sulfopropyl methacrylate (SPMA) (スルホプロピル基)を、疎水性モノマーとし て、*n*-butyl methacrylate (BMA) (ブチル 基)をそれぞれ用いた。

作製したポリマーブラシ表面の物理化学 的な構造を X 線光電子分光(XPS)測定、原 子間力顕微鏡(AFM)および分光エリプソメ ーターにより評価した。水中の表面特性評

B.研究方法

価として、動的接触角測定および表面ゼー タ電位測定(10 mmol/L の NaCl 水溶液中) を行った。

#### 2. 水和構造解析

様々な膜厚のポリマーブラシ構造を構築 したシリカ粒子(直径:2 または 10 μm)を NMR 管に詰めた後、脱気した純水を加え、 ポリマーブラシ層を水和させた。サンプル によっては 3500 rpm で 10 分間遠心し、シ リカ粒子を充填させた。このように調製し た NMR チューブを NMR 装置に設置し、 37°C に保持した後、サンプルに含まれる水 分子のスピン - 格子緩和時間(T1)および自 己拡散係数(D)を測定した。

## <u>3. ポリマーブラシ表面近傍の表面相互作</u> <u>用力測定</u>

図 1 に示したポリマーブラシ層のうち、 poly(MPC)、poly(TMAEMA)、poly(SPMA) および poly(BMA)ブラシ表面を構築した直 径 20 µm のシリカ粒子をプローブレスカン チレバーの先端に手動で固定化した。カン チレバー先端に存在するポリマーブラシ層 と同じポリマーブラシ層をシリコン基板表 面に構築し、様々な塩濃度の水環境下にお いて両者の間に生じるフォースカーブ曲線 を取得した。

#### 4. タンパク質吸着量の定量

水晶振動子マイクロバランス(QCM·D)を 用いて、ポリマーブラシ表面に対するタン パク質吸着量を定量した。ポリマーブラシ 層を構築した金センサー基板を QCM·D 装 置に設置後、リン酸緩衝生理食塩水(PBS、 pH 7.4)を用いてベースラインを測定した。 45 mg/mL の濃度に調製されたウシ血清ア ルブミン(BSA)の PBS 溶液を 30 分間接触 させた後、センサー表面を PBS で洗浄した。 タンパク質溶液との接触前後の振動数変化 をタンパク質吸着量とし、「タンパク質吸着 量(ng/cm<sup>2</sup>) = 17.7 x 振動数変化(Hz)」の変 換式を用いて定量的にタンパク質吸着量を 評価した。

#### 5. 官能基との直接的な相互作用

3 に示した方法により、プローブレスカ ンチレバーの先端に直径が 20 µm の未修飾 シリカ粒子を手動で固定化し、そこに接着 層としてクロムを 3.0 nm、続いて金薄膜を 27 nm スパッタした。同カンチレバー表面 C 11-mercapto-undecanoic acid, 11-amino-1undecanethiol (hydrochloride)、および 1-dodecanethiol のエタノール溶液(1.0 mmol/L)を用いて、 それぞれカルボキシル基、アミノ基および メチル基末端の自己組織化単分子(SAM)膜 を形成した。室温の PBS 中におけるフォー スカーブ測定により、各ポリマーブラシ表 面に対する離脱時のフォースカーブを取得 した。

# <u>6. タンパク質との直接的 / 間接的な相互</u> <u>作用評価</u>

各ポリマーブラシ表面に関して、タンパ ク質との直接的/間接的な相互作用を評価 した。タンパク質として、ウシ血清アルブ ミン(BSA)およびニワトリ卵白由来リゾチ ーム(Lys)を使用し、これらのタンパク質を 化学的に固定化したカンチレバー(曲率半 径:50 nm)を作製した。室温の PBS 中に おけるフォースカープ測定により、各ポリ マーブラシ表面に対する接近および離脱時 のフォースカーブを取得した。

(倫理面への配慮)

本研究は、合成高分子やタンパク質を 使用するものであるため、倫理面に関し て特段の配慮は不要であると判断した。

#### C.研究結果およびD.考察

<u>1. ポリマーブラシ表面の構造および特性</u>

得られたポリマーブラシ表面の XPS チ ャートに、各モノマーユニットに特異的な 元素ピークが検出された。また、ポリマー ブラシ表面は乾燥状態で比較的小さい凹凸 構造であり、表面粗さの指標である RMS 値は 1.0 nm 以下であった。表 1 に示すよう に、エリプソメトリーによる乾燥膜厚解析 から、各ポリマーブラシ表面のグラフト密 度はすべて 0.10 chains/nm<sup>2</sup> 以上であった。 グラフト密度とポリマー鎖の断面積から概 算した表面被覆率は、すべての表面におい て 30%を超え、非常に高い値とあった。こ れらの結果は、作製されたポリマーブラシ 基板が高密度領域にあることを示した。

表1には、膜厚が5.0 nm 程度の各ポリマ ーブラシ表面の動的接触角および表面電位 も併記した。Poly(BMA)を除くポリマーブ ラシ基板の後退接触角は低い値を示し、水 中で高い親水性を示すことがわかった。表 面電位に関しては、カチオン性の poly(TMAEMA)ブラシ層が40 mVを超え る表面電位を示し、アニオン性の poly(SPMA)ブラシ層は強い負電荷を持つ 表面であった。一方、非イオン性およびス ルホベタイン構造のポリマーブラシ表面が -10 mV 程度と多少アニオン性であった。弱 酸 - 弱塩基の組み合わせからなるホスホベ タインやカルボキシベタイン構造を有する ポリマーブラシ表面はほぼ中性であった。

このように、高密度ポリマーブラシ層に より、均一な構造を有し、ポリマー鎖の配 置がナノメートルオーダーで明確である表 面を構築した。また、様々な化学構造を有 するグラフト鎖を配置することで、濡れ性 や表面電位などに代表される界面科学的な 表面特性を広範囲に制御した。

2. 水和構造解析

図2に膜厚が5.0 nm 程度のポリマーブラ シ層近傍の水分子の自己拡散定数を示す。 水分子の運動性に対応する自己拡散係数は、 カチオン性の poly(TMAEMA)ブラシ表面 およびアニオン性の poly(SPMA)ブラシ表 面のイオン性ポリマーブラシ表面で非常に 小さい値となった。つまり、これらの表面 では水分子がポリマー鎖と強く相互作用し、 その運動性が抑制されていることが示唆さ れた。非イオン性の poly(HEMA)ブラシ表 面の水分子は、今回のポリマーブラシ表面 の中で最大の自己拡散係数を示した。ここ で、poly(HEMA)ブラシ表面は、そのポリ マー鎖が非水溶性であるという点で他の水 溶性ポリマーブラシ表面と異なる。このた め、poly(HMEA)ブラシ近傍の水和様式は 他と異なると考えられる。水溶性ポリマー ブラシ表面の中で、オリゴエチレングリコ ール鎖を有する poly(mOEGMA)ブラシ表 面や双性イオン性のポリマーブラシ表面の 水分子は、大きな自己拡散定数を有してお り、水分子が高い運動性を有することがわ かった。これは適度な水素結合性水和やイ オン性水和、疎水性水和が影響を与えてい

ると考えられる。

間隙に封入された水は、ポリマーブラシ 層内部の水、ポリマーブラシ層最表面付近 の水、およびポリマーブラシ層と相互作用 していない水からなると考えられる。重合 度が 50 から 200 の範囲で作製したポリマ ーブラシ層の厚さは5から20nm程度であ るが、直径が10 umのシリカ粒子が形成す る間隙のサイズは最大で800 nm である。 これは、間隙内に封入された水分子の大部 分が表面に存在するポリマー鎖と相互作用 しない自由水であることを意味する。この ため、現状では 3500 ms 程度の T1 値を有 する純水の影響を強く受け、T1 値が大きく 見積もられる可能性がある。このような事 態を解決するため、シリカ粒子の直径を変 化させたり、遠心を利用しシリカ粒子のパ ッキングを密にしたり、またはブラシ層の 厚さを変化させたりするなどの改変が今後 必要であると考えられる。

## <u>3. ポリマーブラシ表面近傍の表面相互作</u> <u>用力測定</u>

図 3 に、純水およびイオン強度が異なる PBS (1.5 mmol/L および 150 mmol/L)中に おいて、同種のポリマーブラシ表面の接近 時のフォースカーブを示す。ただし、 poly(BMA)表面に関しては、接近時および 離脱時のフォースカーブを示す。カチオン 性の側鎖を有する poly(TMAEMA)ブラシ 表面およびアニオン性の側鎖を有する poly(SPMA)ブラシ表面では、純水中におい て 100 nm 以上の距離から強い斥力が観測 され、溶液のイオン強度の増加に伴い斥力 の強さと伝播距離が低下した。これは、こ れらの斥力が主として静電的な力、つまり

静電的相互作用に由来するものであること を示している。また、疎水性の側鎖を有す る poly(BMA)ブラシ表面では、純水中にお いて接近時には力が観測されなかったが、 接触後、離脱時のみに強い引力が観測され た。この引力は水中で疎水性表面間に働く 疎水性相互作用に起因するものであると考 えられる。また、図4に示す離脱時のフォ ースカーブから、カチオン性の側鎖を有す る poly(TMAEMA)ブラシ表面およびアニ オン性の側鎖を有する poly(SPMA)表面に は、poly(BMA)ブラシ層で検出された離脱 時の強い引力が検出されなかった。一方、 双性イオン性の側鎖を有する poly(MPC)ブ ラシ表面では、このような特徴を示すフォ ースカーブが観察されなかった。すなわち、 静電的・疎水的な相互作用に由来する力は 全く観測されなかった。

これらの結果から、カチオン性およびア ニオン性ポリマーブラシ表面には、静電的 相互作用のみが、疎水性ポリマーブラシ表 面には疎水性相互作用のみが働き、双性イ オン性ポリマーブラシ表面にはこのような 相互作用が全く働いていないことが明らか となった。

#### 4. タンパク質吸着量

図 5 に、ポリマーブラシ表面への BSA の 吸着量の定量結果を示す。双性イオン型ポ リマーブラシ表面には 20 から 40 ng/cm<sup>2</sup> 程度のタンパク質が吸着した。非イオン型 ポリマーブラシ表面の中で、poly(HEMA) ブラシ表面には 80 ng/cm<sup>2</sup>程度のタンパク 質が吸着したが、poly(mOEGMA)ブラシ表 面は 20 ng/cm<sup>2</sup>程度のタンパク質吸着量で あった。BSA の理論単層吸着量は 270 ng/cm<sup>2</sup>程度である。このことから、双性イ オン性および非イオン性ポリマーブラシ表 面は BSA の吸着が単層以下に抑制された ことがわかった。一方、イオン性ポリマー ブラシ表面のタンパク質吸着量は、アニオ ン性の側鎖を有する poly(SPMA)ブラシ表 面で 290 ng/cm<sup>2</sup>程度であり、カチオン性の 側鎖を有する poly(TMAEMA)ブラシ表面 で 1200 ng/cm<sup>2</sup>に達した。つまりアニオン 性表面には単層の、カチオン性表面には多 層のタンパク質吸着層が形成された。BSA が生理条件下で負に帯電していることから、 カチオン性ポリマーブラシ表面との静電的 な相互作用により多層吸着層が形成された と考えられる。

## <u>5. タンパク質との直接的 / 間接的な相互</u> 作用評価

図 6 にポリマーブラシ表面とタンパク質 との間の代表的なフォースカーブを、図 7 に離脱時のフォースカーブから得られる直 接的相互作用力を示す。ここでは、生理条 件下でそれぞれ全体として、負の正味電荷 を有するタンパク質である BSA に加えて、 正の正味電荷を有する Lys を用いた。図7 に示すように、ポリマーブラシ表面とタン パク質との相互作用は、その組み合わせに より大きく異なった。BSA との相互作用は カチオン性の側鎖を有する poly(TMAEMA)ブラシ表面で最大であっ た。これは、poly(TMAEMA)表面の正電荷 と BSA の有する負電荷との間の静電的な 引力に起因すると考えられる。また、アニ オン性の側鎖を有する poly(SPMA)ブラシ 表面に対する BSA の相互作用は小さかっ た。これは、負電荷同士の斥力に起因する と考えられる。一方、正の正味電荷を有す る Lys は、疎水性の側鎖およびアニオン性 の電位を有する poly(BMA)ブラシ表面と強 く相互作用した。しかしながら、Lys と poly(SPMA)との相互作用は非常に小さか った。この理由は現時点では明らかではな いが、塩強度の強い PBS 中にて、溶液中に 存在するイオンにより静電的な相互作用が 遮蔽されていることが考えられる。タンパ ク質の正味電荷に関わらず、双性イオン性 の側鎖を有する poly(MPC)ブラシ表面はタ ンパク質との相互作用が非常に小さかった。

双性イオン性および非イオン性ポリマー ブラシ表面に関して、BSA の吸着量および 吸着力の関係を図 8 に示す。図 8 より、タ ンパク質吸着力の減少に伴い、タンパク質 吸着量が減少した。つまり、単層以下の吸 着量は、表面とタンパク質との直接的な相 互作用により決まることが示唆された。一 方、多層吸着層が形成したイオン性表面は 図8に示す相関から外れた。これは、吸着 力が表面との直接的な相互作用を評価する のに対して、吸着量は表面に吸着したすべ てのタンパク質を評価することに起因する と考えられる。これらに関してより詳細か つ系統的な解析を行うためには、タンパク 質をあらかじめ吸着させた基板とタンパク 質との相互作用解析などが必要不可欠であ る。

図 6 に示すフォースカーブのうち、接近 時のフォースカーブに着目すると、ほとん どの組み合わせで、タンパク質とポリマー ブラシ表面との間に引力を観測することは なかった。すなわち、これらの表面におけ る静電的あるいは疎水的な相互作用はタン パク質を引き付ける駆動力としてではなく、 接触後の離脱を妨げる力として働いている ことが明らかとなった。

### <u>6. ポリマーブラシ表面と官能基との直接</u> <u>的相互作用</u>

様々な官能基により修飾されたプローブ を用いてフォースカーブ測定を行い、ポリ マーブラシ表面と官能基との間に働く相互 作用を定量的に評価した(図9)。選択した官 能基はカルボキシル(COOH)基、アミノ (NH<sub>2</sub>)基およびメチル(CH<sub>3</sub>)基であり、これ らはタンパク質中に多く存在する代表的な 官能基であると同時に、それぞれアニオン 性、カチオン性および疎水性の特性を有す るため、静電的相互作用や疎水性相互作用 の指標になると考えられる。双性イオン性 の側鎖を有する poly(MPC)ブラシ表面はい ずれの官能基との相互作用も極めて小さか った。この結果から、poly(MPC)ブラシ表 面では静電的相互作用や疎水性相互作用に 由来する力がほとんど働かないことが示唆 される。また、水中の気泡の接触角および 表面電位から、これらの表面が水環境下に おいて高い親水性かつ電気的に中性を有す る表面であったこととも一致する。カチオ ン性の側鎖を有する poly(TMAEMA)ブラ シ表面はカルボキシル基との特に強い相互 作用を示した。これは、poly(TMAEMA)の 側鎖に存在する正電荷と、解離したカルボ キシル基(COO)の負電荷との間に強い静電 的引力が働いていることを示す。疎水性の 側鎖を有する poly(BMA)ブラシ表面はメチ ル基およびアミノ基との強い相互作用を示 した。メチル基との強い相互作用は、水中 において働く疎水性相互作用に由来すると 考えられる。同時に表1に示したように、

poly(BMA)ブラシ表面はアニオン性であっ たため、プロトン化したアミノ基(NH<sub>3</sub>+)の 正の電荷との間の静電的相互作用に由来す る力が働いたと考えられる。一方で、アニ オン性の側鎖を有する poly(SPMA)ブラシ 表面は PBS 中ではいずれの官能基との相 互作用も示さなかった。しかしながら、純 水中においては polv(SPMA)ブラシ表面と アミノ基との強い相互作用が観測された。 このため、poly(SPMA)表面では、塩強度の 強い PBS 中において、静電的相互作用が静 電遮蔽の効果を受けているものと考えられ る。以上のように、様々な官能基で修飾さ れたプローブを用いたフォースカーブ測定 により、ポリマーブラシ表面に働く分子間 相互作用の一部を定量的に明らかとした。

バイオマテリアル表面における官能基レ ベルの相互作用が、タンパク質との相互作 用に与える影響を定量的に評価することは、 タンパク質吸着挙動のさらなる理解へと繋 がる。図10に、ポリマーブラシ表面におけ るタンパク質の相互作用と官能基との相互 作用の総和との関係を示す。図10より、官 能基との相互作用の総和が小さいポリマー ブラシ表面と大きいポリマーブラシ表面に 分けることができる。官能基との相互作用 の総和が小さいポリマーブラシ表面は、タ ンパク質の正味電荷によらず、タンパク質 との相互作用が小さいことが示された。一 方、官能基との相互作用の総和が大きいポ リマーブラシ表面では、同等の総和であっ てもポリマーブラシ表面とタンパク質との 組み合わせにより、その関係が大きく変化 した。つまり、負電荷の乖離カルボキシル (COO)基と強く相互作用する poly(TMAEMA)ブラシ表面は、負の正味電

荷を有する BSA と強く相互作用し、疎水性 のメチル基および正電荷のプロトン化アミ ノ(NH<sub>3</sub>+)基と強く相互作用する poly(BMA) ブラシ表面は、正の正味電荷を有する Lys と相互作用した。これは、突出した相互作 用を有する官能基との相互作用が、タンパ ク質との相互作用を決定することを示唆す る結果である。このような結果から、タン パク質との非特異的な相互作用を排除する ためには、官能基レベルの相互作用を回避 する必要があることが示された。

#### E.結論

構造明確かつ広範囲にわたる表面特性を 有するポリマーブラシ構造を用いることで、 表面特異的な水和構造および表面相互作用 力がタンパク質吸着挙動に与える影響を解 析した。イオン性のポリマーブラシ表面に は静電的相互作用のみが、疎水性のポリマ ーブラシ表面には疎水性相互作用のみが働 き、双性イオン性ポリマーブラシ表面には このような相互作用が働いていないことが 明らかとなった。加えて、イオン性ポリマ ーブラシ表面近傍の水分子はその運動性が 著しく抑制されていることがわかった。表 面に働く相互作用は、タンパク質を引き付 ける駆動力としてではなく、接触後の離脱 を妨げる力として働いていることが明らか となった。また、官能基レベルの相互作用 が、タンパク質との相互作用に直結してい ることがわかった。さらに、タンパク質と 表面との間に働く相互作用がタンパク質の 吸着量と相関することが示された。以上よ り、タンパク質の離脱時の分子間相互作用 を誘起しない表面の設計がタンパク質吸着 の抑制に重要であることが定量的に明らか となった。

- F.研究発表
- 1. 論文発表

OKazuomi Inoue, Yuuki Inoue, Kazuhiko Ishihara, "Effects of dynamics of water molecules at hydrophilic polymer brush surfaces on protein adsorption behavior", Trans. Mater. Res. Soc. Jpn. 37(3) 333-336 (2012).

○ Sho Sakata, Yuuki Inoue, Kazuhiko Ishihara, "Quantitative Evaluation of Interaction Force between Functional Groups in Protein and Polymer Brush Surfaces", Langmuir, 30, 2745-2751, (2014) (dx.doi.org/10.1021/la404981k).

○ Sho Sakata, Yuuki Inoue, Kazuhiko Ishihara, "Nano-scale Molecular Interaction Force Measurement for Analysis of Protein Adsorption on the Surfaces", Trans. Mat. Res. Soc. Japan 39[2] 185-188 (2014).

O Sho Sakata, Yuuki Inoue, Kazuhiko Ishihara, "Molecular Interaction Forces Generated during the Protein Adsorption to Well-defined Polymer Brush Surfaces", Langmuir, in press (2015) (dx.doi.org/10.1021/acs.langmuir.5b0035 1).

#### 2. 学会発表

O Sho Sakata, Yuuki Inoue, Kazuhiko Ishihara, "Interaction forces related to protein adsorption on polymer brush surfaces", The Society For Biomaterials 2013 Annual Meeting and Exposition: Biomaterials Revolution, Boston, USA, 2013/4/10-13. ○坂田翔、井上祐貴、石原一彦、「種々の 力が作用するポリマーブラシ表面へのタ ンパク質の吸着挙動」、第 62 回高分子学 会年次大会、京都、2013/5/29-31.

○坂田翔、井上祐貴、石原一彦、「タンパク質非吸着を実現する表面相互作用力の定量解析」、第62回高分子討論会、金沢、2013/9/11-13.

O Sho Sakata, Yuuki Inoue, Kazuhiko Ishihara. "Nano-force Analysis for Understanding **Protein-Materials** Interactions", 2nd International Symposium on Nanomedicine Molecular Science 2013. Tokyo, Japan. 2013/10/8-10.

〇井上祐貴、坂田翔、石原一彦、「タンパ ク質吸着の AFM ナノフォース解析」、第 35 回バイオマテリアル学会大会、東京、 2013/11/25-26.

○坂田翔、井上祐貴、石原一彦、「タンパ ク質吸着の理解を目指したナノスケール の相互作用力解析手法の確立」、第 23 回 日本 MRS 年次大会、横浜、2013/12/9-11. ○Sho Sakata, Yuuki Inoue, Kazuhiko Ishihara, "Surface Interaction Forces Governing Protein Adsorption Analyzed by Direct Force Measurement", The Society For Biomaterials 2014 Annual Meeting and Exposition: Pioneering the Future of Biomaterials, Denver, USA, 2014/4/16-19.

○坂田翔、井上祐貴、石原一彦、「表面で 観測される力の解析に基づくタンパク質 非吸着表面の創製」、第63回高分子学会 年次大会、名古屋、2014/5/28-30. ○坂田翔、井上祐貴、石原一彦、「タンパ ク質吸着における分子間相互作用力の役 割、第43回医用高分子シンポジウム、 東京、2014/7/28-29.

○坂田翔、井上祐貴、石原一彦、「ポリマ
 一表面における分子間相互作用力の精密
 解析とタンパク質吸着プロセスの理解」、
 第 63 回高分子討論会、長崎、
 2014/9/24-26.

○坂田翔、井上祐貴、石原一彦、「種々の 分子間相互作用力に基づくタンパク質吸 着プロセスの理解」、第 36 回バイオマテ リアル学会大会、東京、2014/11/17-18.
○井上祐貴、石原一彦、「マテリアル表面 近傍の水和構造がタンパク質との相互作 用に与える影響」、第 36 回バイオマテリ アル学会大会、東京、2014/11/17-18.

O Sho Sakata, Yuuki Inoue, Kazuhiko Ishihara, "Analysis of protein adsorption force generated at polymer surfaces for designing non-biofouling surfaces", The 10th International Polymer Conference, Tsukuba, Japan, 2014/12/2-5.

OKazuhiko Ishihara, Sho Sakata, Yuuki Inoue, "Nanoforce measurements for understanding protein adsorption at the biocompatible surface", 8th International Symposium on Nanomedicine, Matsuyama, Japan, 2014/12/4-6.

○坂田翔、井上祐貴、石原一彦、「タンパ ク質吸着プロセスの理解を目指した分子 間相互作用力の解析」、第 24 回日本 MRS 年次大会、横浜、2014/12/10-12.

- G.知的財産権の出願・登録状況 (予定を含む。)
- 特許取得
- なし

2. 実用新案登録

なし

3.その他

なし

# 図1.ポリマーブラシ層の化学構造.

-он <sup>27</sup> 2 <sup>7</sup> 0 <sup>-</sup> 0 <sup>-</sup>	СӉ  -  -  -Br  -Br  -  - 0-R
(CH2)20P0(CH2)2N+(CH2)2	Poly(MPC)
CH3 (CH2)2N*CH2COO CH3	Poly(CBMA)
CH <sub>2</sub> (CH <sub>2</sub> ) <sub>2</sub> N*(CH <sub>2</sub> ) <sub>2</sub> SO <sub>2</sub> · CH <sub>3</sub>	Poly(SBMA)
(СН <sub>2</sub> ) <sub>2</sub> ОН	Poly(HEMA)
(CH <sub>2</sub> CH <sub>2</sub> O) <sub>n</sub> X X = CH <sub>2</sub>	Poly(OEGMA)
(CH <sub>2</sub> ) <sub>2</sub> N+(CH <sub>3</sub> ); O·	Poly(TMAEMA)
(CH <sub>2</sub> ), SO, · K+	Poly(SPMA)
(СН,), СН,	Poly(BMA)

Polymer	Graft density Su (chains/nm <sup>2</sup> ) cov	Surface	DCA (°)			ζ-potential
		coverage	<b>O</b> , ov	θιες	<b>e</b> hys	(mV)
Poly(MPC)	0.26	39%	21	17	4	-3.6
Poly(CBMA)	0.67	74%	22	16	6	-1.8
Poly(SBMA)	0.48	69%	23	17	6	-7.8
Poly(HEMA)	0.79	59%	65	24	41	-4.4
Poly(mOEGMA	0.36	65%	50	37	13	-3.5
Poly(TMAEMA)	0.31	37%	62	19	43	45
Poly(SPMA)	0.47	70%	30	28	2	-74
Poly(BMA)	0.75	62%	90	70	20	-37

表1.ポリマーブラシ層の構造と特性.



図2. ポリマーブラシ表面における水分子の自己拡散係数.



図3. 同種ホリマーフラン表面同士の接近時のフォースカーフ・ ただし、poly(BMA)においては、接近および離脱の際のファース カーブを示す。



図4. 同種ポリマーブラシ表面同士の離脱時のフォースカーブ.



図5.種々のポリマーブラシ表面へタンパク質吸着量.



図6.各ポリマーブラシ層とタンパク質との間のフォースカーブ.



図7. 各ポリマーブラシ層とタンパク質との間のフォースカーブ.



図8. 双性イオン性および非イオン性ポリマーブラシ表面における。 タンパク質吸着量とタンパク質吸着力との関係。



図9.ポリマーブラシ表面に対する官能基の相互作用.



図10. 各ポリマーブラシ表面におけるタンパク質との相互作用と官能基との相互作用の関係.