X射线自由电子激光的原理和在生物分子 结构测定研究中的应用*

时盈晨 刘海广⁺ (北京计算科学研究中心 复杂系统研究部 北京 100193)

The principle of X-ray free electron lasers and their applications in biological molecular structure determination

SHI Ying-Chen LIU Hai-Guang⁺ (Beijing Computational Science Research Center, Division of Complex Systems, Beijing 100193, China)

摘 要 X射线具有短波长和强穿透能力,利用电子对X射线的散射能够研究材料和 分子的精密内部结构。信号的质量高度依赖于X射线发射源。2009年,美国能源部下属的斯 坦福线性加速器中心国家实验室建成世界上第一台具有原子分辨率能力的X射线自由电子激 光设施(LCLS),从此X射线进入激光时代,人类所能使用的X射线的峰值亮度比最强的同步 辐射X射线光源提高了100亿倍。文章简要介绍了X射线自由电子激光的发展历程、产生原 理和特性,并结合具体实验研究对如何应用X射线激光研究生物学领域的分子结构和动态变 化进行总结。

关键词 X射线自由电子激光,单颗粒散射,串行晶体衍射,时间分辨晶体学成像

Abstract As an electromagnetic wave of short wavelength and high energy, X-rays have been used to probe the fine structure of materials and biological macromolecules for over a century. The first hard X-ray free electron laser (XFEL) facility in the Stanford Linear Accelerator Center national laboratory was commissioned in 2009, and since then its cutting-edge technology has provided highly brilliant, ultrashort pulsed, and fully coherent X-rays, transforming many research fields by expanding the capability of studying fine structures at high temporal and spatial resolutions. The number of XFEL facilities constructed or planned is growing rapidly around the world. In this article, we will explain the principle of an XFEL and summarize the major characteristics of X-rays generated by XFELs. With their unique properties, several milestones have been achieved in the application of XFELs in visualizing the structure and dynamics of molecules in biological sciences.

Keywords X-ray free electron laser, single particle imaging, serial femtosecond crystallography, time-resolved crystallography

2017-11-01收到 † email:hgliu@csrc.ac.cn DOI:10.7693/wl20180703

^{*} 国家自然科学基金(批准号: 11575021, U1530401, U1430237)资助项目

1 X射线的产生

X射线本质上是电磁波,其波长范围大致从 0.01 nm到10 nm,与可见光(400—700 nm)不同, X射线的短波长可以探测物质内部的精细结构, 因此自从被伦琴发现以来就被用来观测物质的内 部结构。随着人造X射线光源的亮度和稳定性的 提高,其应用范围涵盖物理、化学、生物、材 料、医学等诸多领域。X射线的产生机制也是基 于其电磁波的本性,下面简单比较一下电子射线 管、同步辐射设施以及自由电子激光设施的原理 和不同之处。

1.1 电子管

X射线最初是因真空管中阴极发出的某种射 线遇到玻璃管壁发出荧光而被发现的(因为是未知 的, 故命名为X射线; 又因为伦琴最早发现这种 现象,也被称为伦琴射线,Röntgen rays)。直至 今日,电子管依然是产生X射线的最普遍的装 置,其包含阴极和阳极两个电极,在真空或充气 室内工作,电子在其中以高速撞击钨靶,产生X 射线轫致辐射(带电粒子与原子发生碰撞减速而产 生的辐射)。电子管X射线源的最大问题是效率极 低,其99%的能量以热能的形式耗散,并且要求 焦点小、强度大,需要对阳极进行冷却。为了降 低焦斑的温度,后来出现了旋转阳极X射线管和 装有控制栅极的X射线管。但电子管装置无法产 生高强度、高偏振、相干性好的X射线束,很大 程度上局限了其在生物样品或材料学中的衍射和 散射成像的应用。

1.2 同步辐射

在高能物理的研究中,电子在加速器中达到 相对论速度,接近光速运动的电子在电磁场中发 生偏转时,沿切向方向可以发出电磁辐射。这种 电磁辐射的波长范围可以通过控制电子速度和磁 场强度进行调制,比如可以使发射的电磁辐射主 要为X射线波段等,这种电磁辐射被称为同步辐 射。同步辐射装置一般架设在环形电子同步加速 器中,能够产出从远红外到X射线波段的连续谱 辐射光,并可以通过应用磁铁阵列实现大范围可 调波长、高准直、高偏振性和高亮度的X射线输 出。同步辐射设施插入件一般分为两种:强磁场 的扭摆器(wiggler),电子轨道扭曲大,曲率半径 小,可以提高同步辐射光子能量,相对弱磁场的 波荡器(undulator),电子轨道扭曲小,曲率半径 大,可以提高同步辐射的亮度和相干度^[1]。

目前同步辐射光源共经历三代, 第一代是高 能物理实验对撞机的兼用机,第二代是在同步辐 射专用储存环上建设的专用机,第三代是经过优 化能产生高亮度准单色光的基于电子储存环的专 用机。现位于上海的同步辐射光源(SSRF)即属于 第三代同步辐射光源。利用X射线同步辐射进行 的生物大分子晶体学成像是一种非常成功的解析 蛋白结构的方法,然而繁复的结晶过程却限制了 这种高品质的X射线在解析复杂的生物分子复合 体或者具有高度柔性的分子的结构研究方面的应 用。为了能够实现对微小晶体或单分子进行成像 研究, 且最大程度地减小辐射损伤(X射线的非弹 性散射给样品注入额外的能量会产生自由电子 基,破坏分子结构)带来的影响,一种新的成像模 式逐渐发展起来,被称为"损伤前探测法",也 就是利用超短的X射线脉冲对样品进行超饱和攻 击,把几万亿的光子压缩到几飞秒的脉冲内发射 到样品上,在这么短的时间内,X射线的破坏作 用不会完全展现出来,理论上可以突破传统测量 方法的极限。类似于武侠小说中极锋利的宝剑, 明明已经刺穿敌人,而敌人却还不知道。自由电 子激光就是我们在结构生物学探测中的神器。

1.3 自由电子激光

X射线自由电子激光(XFEL)亦被称为"第四 代光源",其亮度更高,全相干,可调谐并且以 超短脉冲形式发生。自由电子激光器由直线电子 加速器、屏蔽装置和扭摆器构成。为了产生自由 电子激光,被加速至准光速的电子束通过周期性 横向磁场(扭摆器)产生摆动从而形成正弦状路



图1 自由电子激光扭摆器原理。从加速器输出的高能电子 束输入到扭摆器中,在SASE模式下工作,产生激光(图片根 据 European XFEL 资料修改, https://www.xfel.eu/facility/ overview/index_eng.html)

径,电子因扭转运动发射电磁辐射(图1)。初始的 电磁辐射是低能且不相干的。足够长的扭摆器阵 列使得电磁辐射与电子束产生长时间作用,在自 放大自发辐射(SASE)模式下电子沿运动方向群聚 成为尺寸接近光波波长的周期性束团。在此过程 中,束团将自身动能转化为光场能量,增大光场 振幅直到饱和输出,得到自由电子激光^[2]。自由 电子激光的中心频率取决于输入电子能量和扭摆 器参数,频率带宽取决于扭摆器的周期数^[3]。目 前美国LCLS、欧洲European XFEL、日本SACLA 以及瑞士SwissFEL都是基于自放大自发辐射原理 的XFEL装置。

然而,在原生SASE模式下产生的X射线自 由电子激光时间相干性较差,也即单色性不好; 为了解决这个问题,需要输入相干性较好的种子 激光到电子束中(seeding),并结合谐波产生技 术,输出全相干的X射线自由电子激光。常用的 谐波产生技术包括高增益谐波产生技术 (HGHG),回声型谐波产生技术(EEHG)以及相位 汇聚谐波增强技术(PEHG)。

目前最为先进的欧洲 XFEL 装置,其输出最 短激光波长 0.05 nm,脉冲时长 10—100 fs,重复 频率 27 kHz,平均亮度达到 10²⁵ photons/(s·mm²· mrad²·0.1%bandwidth)^[4]。位于美国的 LCLS,输出 最短激光波长 0.15 nm,脉冲时长 20—120 fs,重 复频率 120 Hz,平均亮度为 10²² photons/(s·mm²· mrad²·0.1%bandwidth)^[5]。高重复频率光脉冲和精 细的探测设备导致实验过程中产生巨大的数据流 量,这给数据的传输、存储和处理带来了巨大的 挑战。

2 X射线自由电子激光的应用

2.1 自由电子激光的成像原理

XFEL 成像的物理原理是光子与物质中电子的相互作用导致样品对X射线激光的散射,而散射的强度分布函数则可以用来反推电子云的分布,也就是样品的三维结构信息。

对于空间中某个取向的单颗粒来讲,其成像 过程是相干衍射成像,满足光的远场衍射(夫琅禾 费衍射)定律。探测器探测到的图样,是紧贴样品 后透射光波场的傅里叶变换强度,由衍射定律可 知,空间分辨率决定于光子的最大散射角,也即 越靠近探测器边缘,其对应的空间频率越高,同 时信号也就越弱。

对于晶体样品来讲, 晶格中规律排布的颗粒 于某些方向上的散射在传播过程中相干叠加, 在 探测器上形成布拉格衍射点, 依据大量布拉格峰 的位置和强度信息可以解析出样品结构。晶体的 衍射信号强度与晶体中电子数平方成正比, 故一 个边长为10个立方体晶胞的晶体的衍射强度为单 个晶胞散射强度的100万倍, 因此利用晶体衍 射, 即使非常小的晶体也可以有效地测量高分辨 率数据。

2.2 损伤前探测

在生物大分子成像的起步阶段,辐射损伤是 限制分辨率极限的重要因素。虽然通过结晶或超 低温测量等手段有效地缓解了这一问题,但对于 生物分子而言,X射线衍射成像的分辨率极限与 辐射剂量成四次方反比关系⁶⁰,辐射损伤对于高 频信号的影响不可忽视。然而Neutze等人在2000 年发表在《自然》上的论文中根据动力学模拟的 结果提出超短强激光下可以实现损伤前探测的想 法¹⁷¹。这个猜想被兴奋的科学家们在德国DESY 和美国LCLS的自由电子激光设施开 展的实验证实。在这些实验中,飞秒 量级的超短X射线脉冲都可以在样品 被完全电离前产生相干衍射图像,极 大地降低甚至避免了辐射损伤对成像 的影响^[8,9]。

图 2 所示是 2006 年 Chapman 等人 在 FLASH(位于德国汉堡的软 X 射线 设施)光源进行的首次损伤前探测试验 的装置和结果^[8]。实验采用了宽 25 fs、 波长 32 nm,功率密度达 4×10¹³ W/cm² 的软 X 射线,激光通过刻有图案的氮 化硅薄膜并在 CCD 探测器上成像。 研究人员成功地得到了样品损伤前和 损伤后成像的数据,并展示了样品受 到辐射损伤的情况。

目前典型的利用 XFEL 方法解析结构的装置 主要由 XFEL 产生设备、样品注入器、快速读取 探测器和数据存储及高性能计算机组成(图3)。

样品注入器有气相注入和液流注入两种,即 通过气体或液流将样品颗粒加速、汇聚并喷射到 真空室中与X射线作用。为了降低真空中蒸腾降 温对样品造成的影响,X光照射位点需十分接近 喷嘴位置,样品注入和光脉冲都可以持续进行, 不需要中断。气相注射器将样品汇聚到直径几十 微米流速100 m/s 量级的气体束流内,在喷射过 程中可以有效蒸腾样品表面的水分杂质,一般用 于单颗粒散射成像,缺点是X光的样品击中率很 低,目前LCLS使用的气相注入器的平均击中率 在1%到10%之间。液相注射器束流最窄可低于 800 nm^[11],且流速只有10 m/s 量级,故击中率相 对较高,但会产生水的散射噪声,一般用于信号 强度较高的晶体衍射成像^[12]。

前文提到,XFEL 成像实验产生的数据量是 惊人的。目前一次实验产生的原始数据高达10— 100 TB,而正在建设的LCLS-II 和上海自由电子 激光器预计将会产生每秒百 GB 量级的数据流, 如此高密度的信息汇聚将对数据的传输、存储和 分析提出巨大的挑战。然而,因为X射线脉冲较



图2 FLASH X 射线相干衍射实验和辐射损伤效应 (a)试验装置示意图;(b)飞 秒脉冲的相干衍射成像图。为了让强激光通过,数据中心部位是缺失的;(c)20 s 后相似能量和时长的脉冲相干衍射成像图,可以看出首次脉冲对样品造成了辐 射损伤;(d)根据(b)图重建出来的样品。图片修改自文献[8]



图3 利用XFEL进行"损伤前探测"。图片修改自文献[10]

低的击中率,在海量的数据中,大部分数据实际 没有记录有效信息。对于单颗粒成像,由于光束 直径在0.1 μm到几个微米的量级,比一般颗粒样 品直径稍大,会产生大量多颗粒散射数据;样品 表面附着的杂质层(主要是水分子)也无法完全除 去,无法避免非样品的散射噪声。同时,探测器 故障也会导致很多数据报废无法使用。

为了缩小数据量,首先要进行"命中筛选" (hit-finding),将记录有效信息的图样保留下来。 这个过程一般可以将原始数据减少90%左右。在 数据处理阶段,则根据需要进一步进行甄选。另 外,因为探测器得到的是二维强度图样,无相位 信息,故三维结构的重建算法需要3个步骤:数据挑选、三维重组和相位恢复。

一般来讲,根据样品状态和实验设置的不同,XFEL结构学研究主要有两种具体的方法,分别为单颗粒成像(SPI)和串行晶体衍射成像(SFX),而这两种方法都可以通过与对样品激发装置结合进行动力学研究。到目前为止,单颗粒成像仍然有巨大的挑战,串行晶体学成像法已经较为成熟,具有时间分辨信息的动力学研究也已经取得重要成果。接下来将对这些应用和成果进行简要总结介绍。

2.3 单颗粒成像(SPI)

传统生物学成像手段都需要首先生长大分子 晶体,这个过程十分困难,缺少足够的科学指 导,很大程度上是基于有限的经验开展的一个艺 术创作的过程。更重要的是,在晶体环境中,无 法得到生理状态下的蛋白分子结构,也局限了对 生物分子动力学和功能的研究。由于XFEL可以 产生能够与单个生物颗粒作用的高能窄脉冲,其 单颗粒成像模式(Single Particle Imaging, SPI)就 提供了这样一种可能,即在不结晶的基础上对单 个样品颗粒进行散射成像,利用全同的样品颗 粒,在不同的空间取向探测样品结构信息,通过 整合拼装并且模型重构得到其在三维空间的电子 密度分布,抓取生理环境下的结构特征。

SPI的实验样品一般为体积较大的生物样品 或纳米颗粒。生物样品例如拟菌病毒、RDV病



图4 PR772病毒颗粒的单颗粒实验成像图 (a)为非单颗粒 散射成像,需要除去;(b)为单颗粒散射成像,用以重建

毒、PR772 病毒、T4 噬菌体等,纳米颗粒如 nanorice、纳米哑铃型颗粒、核壳异构体等。 Seibert 等人进行的拟菌病毒 X 射线散射实验是 LCLS 最早的实验之一^[12],它证实了单颗粒散射的 可行性,并进一步表明使用过采样数据可以有效 进行二维相位恢复。对实验散射数据进行 3D 重 建的首次尝试是 2015 年 Ekeberg 等人完成的^[13], 实验样品为直径 0.45 μm 的拟菌病毒,重建使用 了 198 张散射图,得到 125 nm 的低分辨率结构, 这与结构生物学领域关心的分辨率(比如原子分辨 率)有很大的差距。

XFEL的全相干特性使得相干衍射成像(CDI) 的技术可以应用到 SPI 成像中来。对于理想球体 的相干衍射理论计算表明^[14],衍射图样的强度与 空间频率呈四次反比关系,这导致高频信号与低 频信号相比十分微弱。如果只考虑泊松噪声,类 似冷冻电子显微镜中使用的平均方法可以有效提 高信噪比,但真实情况中,附加噪声如读出噪 声、热噪声和漏光等,会在探测器上产生高于一 个光子的噪音输出,可以完全淹没远小于一个光 子能量的高频实验信号。即使在包含10¹³个光 子、直径仅为0.1 µm 的窄 XFEL 脉冲下,理论上 也无法得到低于纳米级别的高分辨率数据^[15]。对 于高频信号来讲,其强度与入射光强和原子数成 正比,所以使用较大的样品颗粒更容易产生有效 的实验数据。

图 4 展示了 PR772 病毒的单颗粒实验¹⁶散射 图。数据挑选是重建过程的第一步,即将有效的 单颗粒散射成像从海量的、包含有背景散射和多 颗粒散射的实验数据中筛选出来。常用的方法一 般是基于计算机视觉图像处理的,例如流行嵌入 法¹⁶和神经网络算法等。

由于在成像过程中样品以自由状态注入,空 间取向角未知,故倒空间(傅里叶空间)三维重构 的重点在于计算散射图对应的空间取向。在全同 颗粒的基本假设下,主要有3种方法。

其一为"共线法"^[17]。同一颗粒两个不同方 向的散射强度平面(投影的傅里叶变换强度)一定 在倒空间中相交,且交线过中心点。这样,当第 3个散射强度平面加入时,寻找它相 对于前两个平面的交线,可以固定3 个平面的相对空间取向。"共线法"虽 然计算迅速,但噪声对结果的影响很 大,特别是高频信号较弱时效果较 差。第二种方法为迭代的极大似然 法,代表为2009年Loh和Elser发表的 EMC算法^[18]。算法在给定的初始粗粒

模型下,评估实验数据与模型的不同角度投影之 间的相似度, 计算实验数据属于不同空间取向的 概率,对模型进行迭代精细化。Ayyer等人发布 Dragonfly软件包,完成了对算法的程序实现^[19]。 Ekeberg等人对mimi病毒颗粒的三维重建工作即 使用了EMC算法^[13]。第三种方法为Ourmazd等人 提出的流形嵌入法^[20]。对于同一物体来讲,越相 邻角度的投影总是越相似的,故可以利用所有散 射数据计算它们的相似矩阵,通过特征值分解等 方法将其映射到低维特征空间,与空间旋转群在 该空间的特征进行最小误差拟合,得到每张图片 对应的空间取向角。当然,流行嵌入算法得到的 特征向量也可用于对散射数据进行聚类。虽然这 种方法有很多困难,包括空间角增量的映射效 果、噪声影响和较高的计算复杂度等,但仍然取 得了一些有意义的结果。如图5所示,2017年 Ourmazd 等人使用扩散映射流型嵌入算法和 EMC 算法处理PR772病毒的单颗粒散射数据,得到了 9nm分辨率的三维电子密度结构,并且揭示了病 毒在生理状态下的连续构型变化[21]。

在CDI成像中使用的基于投影的迭代算法可 被用于单颗粒散射的相位恢复问题。算法的基本 思想是将模型在实空间和倒空间之间不断投影, 同时施加支撑集等已知约束,使模型在倒空间的 强度最大程度地逼近实验得到的三维散射强度。 常用的相位恢复算法已经在 Maia 等人开发的 HAWK软件包中被实现^[22],其中最著名的是Fienup 提出的混合输入输出算法(HIO)^[23]和 Marchesini 提 出的收缩算法(Shrinkwrap)^[24]。

单颗粒散射的重建工作是建立在样品全同的 假设之上,但一般来讲实验样品的形状无法达到



图5 单颗粒成像数据重建出的PR772构型变化。图片修改自文献[21]

高度均一,存在着尺寸差异和构型差异,例如 Kassemeyer等人在使用 nanorice 纳米颗粒的散射 数据进行分析时,找到并重建出两个尺寸不同的 三维模型^[25]。所以,在处理数据时有效地区分不 同形状颗粒的散射图样是十分必要的。对于一些 已知结构信息的纳米颗粒,利用精确的模拟数据 与实验数据进行对比,可以有效地分析实验数据 中颗粒尺寸的分布^[26];而对于结构复杂的生物样 品,借助粗粒化的电子密度模型,也可以通过对比 模拟与实验数据在一定准确度下推算颗粒尺寸^[27]。

在单颗粒散射的基础上应用关联函数分析, 可进行模型重构和优化。Kam提出的关联函数定 义为^[28]

 $C_2(q, \Delta \Phi) = \int I(q, \Phi) \cdot I(q, \Phi + \Delta \Phi) d\Phi$, (1) 其中, $I(q, \Phi)$ 为探测器探测到的散射谱在极坐 标系的强度。对所有空间取向的 C_2 函数进行平均 后得到的平均关联函数,包含着单粒子的结构信 息,而且有效降低了高斯分布的 X 光对信号的影 响,提高信噪比。以平均关联函数为目标函数, 通过逆向蒙特卡罗采样的方法可以迭代获得实空 间模型^[29]。近期Kurta等人使用关联函数法成功重 建 PR772 病毒的单颗粒模型,并将这一工作发表 在《物理评论快报》^[30]。

目前,单颗粒成像法依然面临着诸多问题和 挑战。其一是信号弱,尤其大散射角,也即高频 部分的信号,在目前XFEL的亮度下还没有办法 达到理想信噪比,故无法得到原子分辨率级别的 结构,其次是样品输送困难和命中率低,且实验 装置无法避免水等杂质的散射信号对样品信号的 干扰,导致实验样品浪费并产生大量的低质量数 据。为了解决这些问题,LCLS成立并领导了 "单颗粒成像计划"的国际合作组织(SPI-i),希望 加速SPI技术在XFEL领域的发展。

2.4 串行晶体衍射成像(SFX)

在同步辐射光源进行的大分子晶体学成像 (Macromolecular crystallography, MX)是结构生物 学最成功的成像方法之一,至今RCSB蛋白质数 据库(PDB)中有89%的结构是使用X射线晶体衍 射方法解析出的^[31]。然而,研究人员需要花费长 达数年的时间去优化蛋白的结晶方案,以令其符 合MX实验所需要的晶体标准。而且由于MX的 原理是使用单个晶体在不同角度受到反复长时间 的辐照,辐射损伤限制了分辨率极限。XFEL的 发展使晶体学成像突破了上述限制,其高亮度和 损伤前探测的特点使得对微小晶体进行衍射成像 成为可能,同时,超短脉冲还可以用来进行高时 间分辨的动力学研究。

串行晶体衍射成像(Serial Femtosecond Crystallography, SFX)使用直径为亚微米到微米的晶 体,晶体被裹挟在连续的液流中注入 XFEL 光 路,不需要像传统 MX 一样对晶体角度进行测 量。2011年 Chapman等人首次报道了使用微晶进 行 XFEL 衍射成像的尝试^[32],实验在 LCLS 进行, 使用尺寸 0.2—2 μm 的第一类光合作用系统蛋白 复合物晶体样本,在10、70、200 fs 的 XFEL 脉 冲下成像。实验用 X射线波长 6.9 Å,单脉冲辐射 剂量高达 3 GGy,最终得到 8 Å分辨率的重建结 构。该XFEL结构和传统X射线方法得到的结构 有着很好的一致性;同时,通过比较不同脉冲长 度下数据的衍射强度分布,研究人员在200 fs 的 数据中发现了明显的辐射损伤。至今为止,SFX 已经取得了诸多成果,例如2012年Boutet等人利 用LCLS的硬X射线,得到了室温条件下1.9 Å的 溶 菌 酶 结 构^[33];2015 年 Suga 等 人利用日本 SACLA装置解析出第二类光合作用系统蛋白复合 物的1.9 Å结构等^[34]。

在传统的MX成像的重建算法基础上,SFX 的数据重建比SPI要成熟得多,同样需要3个步 骤:命中筛选、三维强度整合和相位恢复。

晶体衍射数据的筛选过程相对简单,即通过 确定是否有明显的布拉格衍射点来判断数据是否 为有效衍射数据。考虑到有效衍射可能来自多个不 同空间取向的晶体,或未规则排列的低质量晶体, 或不足以产生强信号的小晶体,我们需要进一步 筛选,留下可重建的单晶衍射数据。常用的命中 筛选软件有 Cheetah^[35]、CASS^[36]和 cctbx.xfel^[37]等。

三维强度整合分为两个步骤——指标化和方 位强度积分。如图6所示,样品颗粒在理想晶体 中规则排布,但由于晶体尺寸有限(相对MX来讲 SFX晶体更小),其倒易点阵强度不是理想的δ函 数,而是类似于单颗粒散射的衍射斑纹。故首先 需要在二维衍射图的每一个布拉格点周围一定范 围内(ROI)对强度进行积分,并减去根据ROI之外 的区域估计的背景噪声,作为该点强度值。

> 三维倒易点阵采用3个指标 (*h*, *k*, *l*)作为位置索引,称为米勒 指标,而指标化就是将二维衍射图 的布拉格点映射到三维点阵上的过 程。常用的指标化方法只基于布拉 格点的位置信息,包括MOSFLM软 件包中实现的基于快速傅里叶分析的 自动指标化算法^[38]和REFIX算法^[39], 以及DirAx半自动指标化算法。值得 注意的是,当晶体的晶格对称性高于 空间对称性时,只考虑布拉格点位置 信息的指标化过程是存在歧义的,故



必须引入对布拉格点强度的 分析。一些算法已经可以 处理这个问题,例如使用 距离矩阵区分指标化结果 的BD算法^[40]和基于极大似 然思想的算法^[41]等。

SFX 成像的过程实际是 对三维倒易点阵布拉格点强 度的采样,每一张衍射图只 记录了部分布拉格点的部分 强度,因为对于每一个布拉 格点来说,只有被Ewald球 壁覆盖的强度才能被探测器 探测(图6)。由于XFEL的带 宽较窄,其对应的Ewald球 较薄,导致探测到的信息较



图7 形状变化法相位恢复 (a)模拟数据,从左至右依次为:衍射图样、倒易晶格上的形状变化(调制)函数和调制后得到的结构因子强度;(b)光系统1的SFX实验数据,以相同的顺序排列。图片修改自文献[9]

少。故三维强度整合需要大量的从不同方位探测 到的二维布拉格点,在成功指标化后,将相同指 标的布拉格点强度累加,逼近真实的倒易点阵强 度。这种方法称为蒙特卡罗方位强度积分。

研究发现,有效的后期优化算法(post-refinement)可以减少蒙特卡罗方法所需的衍射图数量, 同时提高强度整合的准确性。所谓"后期优 化",即进一步精确每一个二维布拉格点所记录 的部分强度。例如White和Sauter等人通过对部 分衍射构建几何模型进行精细化^[42, 43],以及Ginn 等人提出的对束流面参数、晶格参数和晶格方位 等变量进行迭代优化的方法等^[44]。

SFX的相位恢复方法有分子置换法(MR)、多 波长反常衍射法(MAD)和形状变换法等。最常用 的方法为分子置换法^[45],它使用与样品结构相似 的蛋白质作为参考模型,在此基础上做微小调 整,解析实验样品结构。由于SFX使用的晶体较 小,MR方法需要慎重处理晶体外黏附的水等杂 质。多波长反常衍射法^[46]利用硒代甲硫氨酸替代 样品蛋白的甲硫氨酸,依据硒在不同束流能量下 的反常散射对样品结构因子产生的影响,求解相 位问题。晶体样品的衍射强度可以表示为

 $I_n(\Delta \boldsymbol{k}) \propto |F(\Delta \boldsymbol{k})|^2 |S_n(\Delta \boldsymbol{k})|^2 , \qquad (2)$

其中 $F(\Delta k)$ 为与样品结构相关的结构因子,形成 布拉格点的有效强度信息,而 $|S_n(\Delta k)|^2$ 导致布拉 格点周围形成衍射斑纹,称为形状变化因子。如 图 7 所示,形状变化法^[47]通过实验数据推算 $|S_n(\Delta k)|^2$,据此恢复样品的结构因子强度,并对 其进行CDI成像中常用的直接相位恢复。

以上应用于分子结构解析的重建算法,已经 在 CrystFEL^[48]、cctbx. xfel^[37, 49]或者 Phenix^[50]等软 件中加以实现,极大地便利了科研人员的使用。 相比于单颗粒成像来讲,串行晶体衍射成像无论 是在硬件还是算法上都正在不断趋于成熟,相信 在不久的将来,它将成为探索生物大分子高空 间、高时间分辨率结构的有力工具。

2.5 时间分辨的动态研究

动态学研究是 XFEL 应用中最有希望产生可 喜突破的分支,它极大地提高了实验所能够达到 的时间分辨率极限。由于小晶体对于外界的刺 激,例如光激发等,可以发生快速响应,一些样 品就可以作为研究其在受到激发后动态变化的理 想材料。

在SFX 损伤前探测的基础上,时间分辨成像



可应用于可逆的以及不可逆的受激过程,而如果 使用传统的MX方法,只能探测重复性好的可逆 受激过程。基于SFX的时间分辨成像需要蒙特卡 罗方法进行三维散射强度整合,而相位恢复和模 型重构过程则使用分子置换法(MR),因为对于很 多情况来说,使用的样品基态模型是PDB数据库 中已有的蛋白结构。

利用XFEL进行时间分辨成像的最广泛使用 的技术是泵浦-探测技术,即在样品注入器和 XFEL 光路之间加入泵浦光,对注入真空室的样 品进行光激发,然后利用X射线成像(图8)。对于 连续注入样品的串行晶体衍射来讲,为了保证激 发与成像过程的一致性,需要使用宽聚焦的泵浦 光,并精确控制泵浦脉冲与XFEL脉冲的时间, 以同时提高时间分辨率和受激发样品成像的比 例。同时,根据样品颗粒的流速调整泵浦光与 XFEL 光路之间的距离,可以控制样品从被激发 到成像之间的时间间距(以空间换时间),或者通 过调整泵浦脉冲与探测脉冲之间的时间间隔(直接 实现时间延时),都可以实现对样品在激发后不同 时间点的观测。当泵浦光后于 XFEL 发生时,可 以探测样品的未激发状态(基态)。同时,由于样 品受激前后的衍射数据变化幅度有限,为了降低 其他噪声影响,需要额外的探测器探测入射光强 度和能量展宽等参数,作为标准化依据。样品流 速、泵浦光参数和测量精度等因素共同影响着最 终的实验时间分辨率。

首个时间分辨的动态研究是2012年Aquila等 人在第一类光合作用系统——铁氧还原蛋白共晶 体上进行的^[51],研究人员揭示了晶体在被激发 5 μs 和10 μs 后发生的变化,并分析了实验结果与 光诱导电子转移导致的光合作用系统和铁氧蛋白 分离过程的一致性,但遗憾的是,这次尝试未能 解析出可支撑结论的蛋白质结构。2014年 Schmidt领导的国际合作项目给出了细菌蓝光感 光体光敏黄蛋白(PYP)的高空间、高时间分辨率 结构^[52],在10 ns 和1 μs 的时间尺度上揭示了PYP 受到光激发后向反应中间产物转变的过程中电子 密度的变化,并将空间分辨率提升到1.6 Å。 2016年,Schmidt团队把PYP动力学变化的时间 分辨推进到200 fs 以内,这是其他方法不能实现 的^[53]。

除了泵浦一探测技术外,混合一注入技术也 发展起来,用以研究不需要光激发、且反应周期 通常较长的生物大分子配体结合问题。顾名思 义,混合一注入技术即将受体蛋白晶体与配体混 合后注入XFEL光路,通过控制混合时间,达到 时间分辨成像的目的。2016年Wang等人使用混 合一注入法对信使RNA核糖开关与腺嘌呤配体的 结合过程进行了研究^[54],在核糖开关的两种不同 构型下得到了相同的反应10s的中间结合状态结 构和反应10分钟的最终结合状态结构,并揭示了 配体结合引起的核糖开关晶格结构的变化。作为 对比,蛋白质数据库中已知的核糖开关配体结合 结构(PDB代码4TZX)与实验解得的最终状态结构 有着很好的一致性,证明了混合一注入XFEL时 间分辨成像方法的有效性。

3 总结与展望

从2009年至今,XFEL在生物、物理和材料 等领域得到了越来越广泛的应用,取得了很多重 要的成果,这既得益于光源设施的发展,也得益 于高精度、高通量算法和软件的开发。在结构生 物学领域,XFEL晶体成像方法发展迅速并且已 经趋于成熟,利用其超短脉冲特性发展的高时空 分辨率的动态成像研究也取得了许多突破性进 展,然而,在单颗粒散射成像方面却依然存在分 辦率瓶颈。随着能量更高、脉冲更短的欧洲 XFEL设施和美国LCLS-II等光源的建设和使用, 新的实验设备和数据分析方法的发展,我们将拥 有无限可能,同时也面对很多挑战。为了获得更 广泛的应用和更精确的结果,未来XFEL的技术 突破将集中在这些方面:

(1)提高激光束流能量,同时尽可能降低辐射 损伤,提高单颗粒散射的分辨率极限,

(2)控制样品均一性。生物样品具有一定的柔性,这是其实现功能的基础,但是也为数据分析造成了一定困难。样品均一性可以提高结构探测的精度,而必要的样品制备和蛋白质工程的技术可以帮助把分子锁定在某些稳定的形态,

(3)研发有效的样品注入设备,提高命中率并 减少样品浪费。比如利用粘稠度高的载体(如LCP 磷脂分子或者油脂)降低流速,或者把样品固定在 对X射线透明的底物进行快速扫描,还有利用静 电排斥作用的方法产生样品流等方法都比最早开 发的液柱喷流法有一定优势,

(4)设计高动态量程和快速记录探测器。这对 于发展单颗粒散射和晶体衍射都非常重要,目前 的做法是使用双探测器,并且调整为不同光电转 换率来增大数据测量范围。将来的XFEL产生的 信号将以几十万赫兹的频率出现,配套的探测设 备也需要跟进,

(5)设计和开发对快速输出的海量实验数据进行筛选和压缩的硬件和算法。海量数据的筛选越早完成就越有效率,可以降低对后续分析的计算压力。欧洲XFEL光源甚至计划在探测器上就完成数据的初步筛选,这无疑是一个很好的出路;

(6)开发更精细快速的重建算法等。计算机技术的发展和超算机群的建设对于支持 XFEL 数据处理至关重要,但是先进的软件也必不可少。在 图像分析领域甚至图形重构方面,需要开发新的 算法和思路来发展更好的软件。希望当前热门的 深度学习能够提供很好的助力。

综上,我们有足够的理由相信,在生物分子 结构研究中,XFEL将继续发挥其特点,提供大 量的数据和有价值的信息,尤其是在具有时间信 息的动力学研究方面,有独一无二的优势,能够 将实验数据与基于物理模型的分子动力学模拟的 结果整合起来,最终提供完整的分子电影,满足 科学家们的好奇心,并用于揭示生物分子的功能 机理和对生物分子进行理性改造,造福人类。

致 谢 感谢孙昌璞院士的建议和鼓励。

参考文献

- [1] Winick H, Brown G, Halbach K et al. Physics Today, 1981, 34 (5):50
- [2] Milton S V, Yang B X. Science, 2001, 292(5524): 2037
- [3] Pellegrini C. Physica Scripta, 2017, 169:014004
- [4] Ball P. Nature, 2017, 548(7669): 507
- [5] https://portal.slac.stanford.edu/sites/lclscore_public/Accelerator_ Physics_Published_Documents/Forms/AllItems.aspx
- [6] Howells M R, Beetz T, Chapman H N et al. Journal of Electron Spectroscopy & Related Phenomena, 2009, 170(1-3):4
- [7] Neutze R, Wouts R, Spoel D V D *et al.* Nature, 2000, 406(6797):752
- [8] Chapman H N, Barty A, Bogan M J et al. Nature Physics, 2006, 2 (12):839
- [9] Seibert M M, Ekeberg T, Maia F R et al. Nature, 2011, 470 (7332):78
- [10] Liu H G, Spence J C H. Quantitative Biology, 2016, 4(3):1

- [11] Deponte D P, Mckeown J T, Weierstall U *et al.* Ultramicroscopy,2011,111(7):824
- [12] Spence J C, Weierstall U, Chapman H N. Reports on Progress in Physics Physical Society, 2012, 75(10):102601
- [13] Ekeberg T, Svenda M, Abergel C et al. Physical Review Letters, 2015, 114(9):098102
- [14] Bohren C F, Huffman D R. Journal of Colloid & Interface Science, 1984, 98(1): 290
- [15] Huldt G, Szoke A, Hajdu J. Journal of Structural Biology, 2003, 144(1-2):219
- [16] Reddy H K N, Yoon C H, Aquila A et al. Scientific Data, 2017, 4:170079
- [17] Bortel G, Tegze M. Acta Crystallographica, 2011, 67(Pt 6): 533
- [18] Loh N T, Elser V. Physical Review E Statistical Nonlinear & Soft Matter Physics, 2009, 80(2 Pt 2):026705
- [19] Ayyer K, Lan TY, Elser V et al. Journal of Applied Crystallogra-

phy, 2016, 49(4): 1320

- [20] Giannakis D, Schwander P, Ourmazd A. Optics Express, 2012, 20(12):12827
- [21] Hosseinizadeh A, Mashayekhi G, Copperman J et al. Nature Methods, 2017, 14(9):877
- [22] Maia F R N C, Ekeberg T, Spoel D V D et al. Journal of Applied Crystallography, 2010, 43(6): 1535
- [23] Fienup J R. Applied Optics, 1982, 21(15): 2758
- [24] Marchesini S, He H, Chapman H N et al. Physical Review B, 2003,68(14):399
- [25] Kassemeyer S, Jafarpour A, Lomb L et al. Physical Review E Statistical Nonlinear & Soft Matter Physics, 2013, 88(1):042710
- [26] Li X X, Chiu C Y, Wang H J et al. Scientific Data, 2017, 4: 170048
- [27] Daurer B J, Okamoto K, Bielecki J et al. Iucrj, 2017, 4(Pt 3):251
- [28] Kam Z. Macromolecules, 1977, 10(5):927
- [29] Liu H G, Poon B K, Saldin D K et al. Acta Crystallographica Section A, 2013, 69(4):365
- [30] Kurta R P, Donatelli J J, Yoon C H et al. Physical Review Letters, 2017, 119(15):158102
- [31] Rose P W, Prlić A, Altunkaya A et al. Nucleic Acids Research, 2017,45(D1):D271
- [32] Chapman H N, Fromme P, Barty A et al. Nature, 2011, 470 (7332):73
- [33] Boutet S, Lomb L, Williams G J et al. Science, 2012, 337 (6092):362
- [34] Suga M, Akita F, Hirata K et al. Nature, 2015, 517(7532):99
- [35] Barty A, Kirian R A, Maia F R N C *et al.* Journal of Applied Crystallography, 2014, 47(3):1118
- [36] Foucar L, Barty A, Coppola N et al. Computer Physics Communications, 2012, 183(10):2207
- [37] Sauter N K, Hattne J, Grossekunstleve R W et al. Acta Crystallo-

graphica, 2013, 69(7): 1274

- [38] Steller I, Bolotovsky R, Rossmann M G. Journal of Applied Crystallography, 1997, 30(6):1036
- [39] Kabsch W. Journal of Applied Crystallography, 1993, 26(6): 795
- [40] Brehm W, Diederichs K. Acta Crystallographica, 2014, 70(1):101
- [41] Liu H, Spence J C. Iucrj, 2014, 1(Pt 6): 393
- [42] White T A. Philos. Trans. R. Soc. Lond. B. Biol. Sci., 2014, 369 (1647):20130330
- [43] Sauter N K, Hattne J, Grossekunstleve R W et al. Acta Crystallographica, 2013, 69(7): 1274
- [44] Helen Mary G, Brewster A S, Johan H et al. Acta Crystallogr. D Biol. Crystallogr., 2015, 71(Pt 6): 1400
- [45] Rossmann M G. Acta Crystallographica, 1990, 46(2):73
- [46] Hendrickson W A, Ogata C M. Methods Enzymol., 1997, 276: 494
- [47] Spence J C, Kirian R A, Wang X *et al.* Optics Express, 2011, 19 (4):2866
- [48] White T A, Kirian R A, Martin A V et al. Journal of Applied Crystallography, 2012, 45(2): 335
- [49] Sauter N K. Journal of Synchrotron Radiation, 2015, 22(2):239
- [50] Adams P D, Afonine P V, Bunkóczi G et al. Acta Crystallographica, 2010, 66(Pt 2): 213
- [51] Aquila A, Hunter M S, Doak R B *et al.* Optics Express, 2012, 20(3):2706
- [52] Tenboer J, Basu S, Zatsepin N et al. Science, 2014, 346(6214):1242
- [53] Pande K, Hutchison C D M, Groenhof G et al. Science, 2016, 352(6286):725
- [54] Stagno J R, Liu Y, Bhandari Y R *et al.* Nature, 2017, 541(7636):242

读者和编者

《物理》有奖征集 封面素材

为充分体现物理科学的独特之美,本刊编辑部欢迎广大读者和作者踊 跃投寄与物理学相关的封面素材。要求图片清晰,色泽饱满,富有较强的 视觉冲击力和很好的物理科学内涵。

一经选用,均有稿酬并赠阅该年度《物理》杂志。

请将封面素材以附件形式发至: physics@iphy.ac.cn; 联系电话: 010-82649470; 82649029

《物理》编辑部